



تحلیل برهمکنش سیال-سازه از تنفس کششی در آکسون با استفاده از مدل‌سازی اجزای محدود در راستای بررسی آسیب‌های کرنشی اعصاب

سید دانیال قسیمی، بهمن وحیدی^{*}، یاسمن امیری

دانشکده علوم و فنون نوین، دانشگاه تهران، تهران، ایران

خلاصه: مطالعه رفتار آکسون تحت شرایط محیطی می‌تواند دید بهتری در توسعه روش‌های درمانی بهمنظور بهبود آسیب‌های عصبی ایجاد کند. در این تحقیق، با مدل کردن زیرلایه بهصورت هایپرالاستیک و اعمال فشارهای مختلف به زیرلایه میزان کرنش‌های تحمل شده توسط آکسون محاسبه شد. کرنش‌ها در سه بازه زمانی مختلف اعمال شد تا اثرات نرخ کرنش‌های مختلف بررسی شود. برای آکسون یک مدل شامل میکروتوبول با خواص الاستیک خطی، نوروفیلامن و آکسلوما با خواص ویسکوالاستیک خطی فرض شد. جهت گسسته‌سازی زیرلایه و بخش‌های مختلف آکسون از روش المان محدود و نرم افزار کامسول استفاده شد. مشاهده شد که رژیم سیال موجود در کanal تأثیری بر پاسخ مکانیکی آکسون ندارد.

با استفاده از تحلیل برهم کنش سیال-سازه، میزان کرنش ایجاد شده نزدیک به صفر (در بیشترین حالت ۱۰۰۰۱) و تنفس نیز ناچیز (در بیشترین مقدار ۷۰) گزارش شد. نتایج نشان دهنده اثر عمدۀ میکروتوبول در قبول کردن بارهای مکانیکی و استحکام کلی آکسون می‌باشد. همچنین بیشترین کرنش‌ها در داخل آکسلوما دیده می‌شود که اهمیت پاسخ مکانیکی آن در ایجاد آسیب را متذکر می‌شود. با توجه به پاسخ مرتبط با نرخ کرنش‌های مختلف مشاهده می‌شود که بیشترین احتمال آسیب به آکسون، در کرنش ۴۲٪ و نرخ ۱۹/۱ می‌باشد.

كلمات کلیدی:

آسیب ناشی از ضربه
میکروسیالات
اجزای محدود
برهمکنش سیال-سازه
مدل ویسکوالاستیک

گیرید [۳]. یکی از شایع‌ترین و خطرناک‌ترین آسیب‌های وارد شونده به بدن انسان، جراحات مغزی است که درصد بالایی از مرگ و میرها را به خود اختصاص داده است و درصد بسیار بالاتری از آن، شامل افراد با ناتوانی‌ها و معلولیت‌های بلندمدت می‌شود که این مسئله بر هزینه‌های اجتماعی و اقتصادی جامعه تأثیرگذار است. از منظر پیشگیری، شناخت مکانیکی آسیب‌های مغزی ضروری است. مهم‌ترین دلایل ایجاد آسیب‌های مغزی عموماً افتادن، تصادفات، درگیری‌ها، حوادث ورزشی و در معرض انفجار قرار گرفتن است [۱]. در جراحات ضربه‌مغزی ممکن است آسیب‌های فیزیکی زیادی دیده نشود؛ اما باعث گسترهای از آسیب‌های عملکردی و نقص‌های شناختی شود. بدليل همین گستردگی‌ها، آسیب مغزی یکی از مهم‌ترین موضوعات پزشکی است و تحقیقات گستردۀای بر روی این زمینه انجام شده‌است. باوجود پیچیدگی و ناهمگونی پاتولوژی آسیب مغزی ناشی از ضربه، آسیب

۱- مقدمه
باتوجه به اهمیت مغز و سلول‌های عصبی و بیولوژیکی و آسیب‌های مربوط به این سلول‌ها، تحقیقات در این حوزه بسیار گسترده انجام می‌گیرد. اما بهدلیل تخصصی بودن رفتار این سلول‌ها، معمولاً تحقیقات مختلف تنها از یک جنبه این سلول‌ها را مورد بررسی قرار داده‌اند. در این راستا، تحقیقات گستردۀای بر روی عصب‌ها، در هر کدام از رفتارهای الکتروفیزیولوژیکی، شیمیابی و مکانیکی به‌تهابی صورت گرفته است [۱ و ۲]. با این وجود تحقیقاتی که بتواند تأثیر این عوامل را باهم و بهصورت جامع بر رفتار سلول عصبی نشان دهد تاکنون صورت نگرفته است.

آسیب فیزیکی مغز زمانی اتفاق می‌افتد که جمجمه (و در نتیجه مغز) بهصورت ناگهانی و کوتاه مدت تحت انرژی غیرقابل تحملی قرار نویسنده عهددار مکاتبات: bahman.vahidi@ut.ac.ir



امکان ایجاد آسیب را مشاهده کنیم. در همین زمینه تلاش بر ارائه یک مدل کلی از آکسون و اجزای آن به صورت ساده انجام شده است. سلول‌ها همواره تحت تأثیر نیروی مکانیکی‌اند. دانش مکانوبیولوژی بر تأثیر نیروهای مکانیکی بر سلول و فرآیندهای مولکولی متمرکز شده است و انگیزه‌ی اصلی آن کشف این است که سلول چگونه تحریک مکانیکی را حس می‌کند، انتقال می‌دهد و پاسخ‌های زیستی ایجاد می‌کند. نوآوری این تحقیق در نظر گرفتن اجزای آکسون در مدل محاسباتی و استفاده از تحلیل برهمنکنش سیال-سازه می‌باشد. به عبارت دیگر، با نگاه بدیعی در مدل کردن آکسون و نیز استفاده از روش برهمنکنش سیال-سازه، هدف این تحقیق، بررسی پاسخ‌های مکانیکی مربوط به آکسون در شرایط بارگذاری مکانیکی و بررسی احتمال آسیب عصبی است که با در نظر گرفتن اجزای تشکیل دهنده‌ی آکسون و اسکلت سلولی، محدودیت مطالعات پیشین در این راستا برطرف و درک چگونگی به وجود آمدن آسیب قابل درک می‌شود. همچنین، با بررسی برهمنکنش میان آکسون و سیال محیط کشت در سیستم میکروسیالاتی، بخش دیگری از پاسخ‌های مکانیکی سلول مشاهده و سعی می‌شود به این سؤال پاسخ داده شود که آیا توجه به اثرات سیال داخل کانال بر روی آکسون می‌تواند از منظری یکی از موارد مهم در طراحی محیط میکروفلuidیک برای بررسی آکسون باشد؟

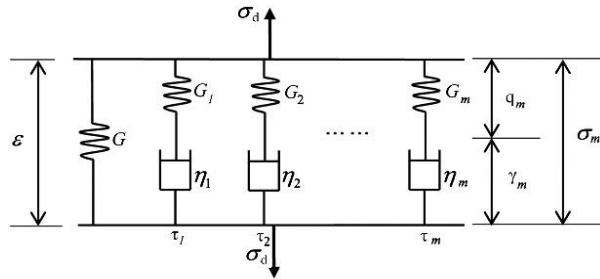
۲- مواد و روش‌ها

برای شبیه‌سازی آکسون سلول عصبی نیازمند درک درستی از خواص مکانیکی و هندسه‌ی ساختاری آکسون هستیم. همچنین با توجه به محیط میکروفلuidیک مورد استفاده در کاشت سلول، باید خواص و رفتار بستر نیز در حد نیاز مورد بررسی قرار بگیرد. به همین منظور، از مطالعات پیشین برای استخراج داده‌های مورد نیاز استفاده می‌شود. هندسه‌ی آکسون ساده شده و به صورت یک استوانه‌ی یکنواخت در نظر گرفته می‌شود. ابتدا خواص و رفتار زیرلایه مورد بررسی قرار می‌گیرد. سپس با بررسی تأثیر جریان موجود در کانال، برای یافتن اثر سیال بر جامد در داخل کانال تلاش صورت می‌گیرد. سپس با بررسی اثر نرخ کرنش و کرنش‌های مختلف سعی در شناسایی تأثیر رژیم‌های مختلف بارگذاری بر آکسون و احتمال ایجاد آسیب را خواهیم داشت.

نفوذی آکسونی به عنوان دلیل اصلی آسیب در ۴۰-۵۰ درصد از موارد بسترهای شناخته می‌شود. در آزمایش‌های هیستوپاتولوژیک، آسیب نفوذ آکسونی به عنوان صدمه‌ی چند نقطه‌ای به آکسون‌های ماده‌ی سفید که به عنوان آسیب‌پذیرترین بخش نورون شناخته می‌شود، خود را نشان می‌دهد [۴].

در دهه‌های گذشته، نورون به صورت مکانیکی مورد آزمون قرار گرفته است تا نه تنها خواص مکانیکی آن آشکار شود، بلکه رفتار آن هنگام وقوع آسیب، تحت تأثیر بارهای مکانیکی نیز بررسی شود. این نتایج آزمایشگاهی منجر به بروز نظریه‌های متفاوتی درباره‌ی مکانیسم آسیب سلولی شده است. اخیراً تلاش‌هایی در زمینه‌ی ارائه‌ی مدل‌های محاسباتی به منظور تحلیل آسیب سلولی صورت گرفته است [۵ و ۶]. بیشتر مطالعات صورت گرفته در این مدل‌ها بر پایه‌ی تحلیل آکسون به عنوان یک دسته میکروتوبول است [۷]. باید در نظر داشت که ساختار کامپوزیت مانند و غیر وابسته‌ی اسکلت سلولی آکسون نقش بسیار مهمی در فرآیند آسیب دارد [۸]. اما مطالعات موجود تا به اکنون آکسون را نه به صورت یک ساختار یکپارچه بلکه به صورت بخش‌های مجزا مورد بررسی قرار داده‌اند. گرچه مدل‌های ساده‌ی اجزا محدودی برای آکسون در مطالعات پیشین ارائه شده است [۹]. اما این مدل صرفاً برای استخراج ضریب سفتی مؤثر فنر در مسیرهای آکسونی در حالت استاتیک کاربرد داشت. این مدل ساده نمی‌تواند اطلاعات مهمی همچون تغییر شکل و جابه‌جایی اجزای مختلف آکسون را به ما نشان دهد. تلاش‌هایی توسط مطلق و همکاران در جهت بررسی انعطاف‌پذیری آکسون و سهم اجزای اسکلت سلولی آکسون در فرآیند حرکت و رفت برگشت آکسون انجام شد [۱۰]. با این وجود، این تحقیق نیز جواب‌گوی تأثیر عوامل خارجی مکانیکی به صورت اساسی نبوده است.

محیط‌های میکروسیالاتی به دلیل توانایی در شبیه‌سازی بهتر محیط داخلی بدن و فضای زنده‌ای که سلول با آن در ارتباط است و این که ابزارهای میکروسیالاتی توانایی تحریک و بررسی سلول در ابعاد ریزتر فراهم می‌کند، توجه زیادی را به خود معطوف کرده است. محیط میکروسیالاتی این امکان را فراهم می‌کند تا یک آکسون را به صورت خاص ایزوله کرده و مورد بررسی قرار دهیم [۱۱]. در این تحقیق، در ادامه مطالعه پیشین [۱۲] سعی بر آن است تا رفتار آکسون را تحت تأثیر کشش و تحمل کرنش مورد بررسی قرار دهیم و درنتیجه‌ی آن،



شکل ۱. مدل ماکسول تعمیم یافته [۱۴].
Fig.1 . Generalized Maxwell model.

می شود. این قانون، رابطه بین تنשها و کرنش‌های مجھول را نشان می دهد. معادله کلی قانون هوک به صورت زیر است [۱۳]:

$$\sigma = C : \epsilon \quad (3)$$

در این معادلات σ تانسور تنش کوشی؛ ϵ تانسور کرنش کوچک؛ C بردار جابجایی؛ f تانسور سفتی مرتبه چهار؛ ρ نیروی حجمی در واحد حجم؛ ∇ عملگر نابلا؛ T ترانهاده؛ علامت $(..)$ در بالای حروف، مشتق دوم نسبت به زمان؛ $A : B = A_{ij} B_{ij}$ ضرب داخلی دو تانسور مرتبه دو است [۱۳].

ویسکوالاستیسیته خاصیت دسته‌ای از مواد است که رفتاری میان دو خاصیت کلی لزج و الاستیک دارند. یکی از مدل‌هایی که برای بیان رفتار ویسکوالاستیک خطی استفاده می‌شود، مدل تعمیم یافته ماکسول است [۱۴]. در این مدل با توجه وجود شاخه الاستیک و شاخه‌های ویسکوالاستیک، بهترین تطابق با رفتار مکانیکی نوروفیلامان وجود دارد. از ویژگی‌های این مدل در نظر گرفتن این است که آرامش در توزیع زمان رخ می‌دهد. در این مدل در غیاب تنش‌های غیرالاستیک، معادله (۳) به صورت معادله (۴) در می‌آید [۱۴]:

$$\sigma = C : \epsilon_{el} \quad (4)$$

که در این رابطه، تانسور کرنش الاستیک ϵ_{el} بیانگر کرنش کلی منهای کرنش‌های اولیه و غیرالاستیک مانند کرنش‌های دمایی است. تعییر فیزیکی از این مسئله به صورت آنچه در شکل ۱ نشان داده شده است، به مدل تعمیم یافته ماکسول موسوم است.

در این مدل G سفتی شاخه الاستیک اصلی و G_m نشان دهنده‌ی

۲-۱- معادلات حاکم

الاستیسیته خطی، حالت ساده شده تئوری الاستیسیته غیرخطی و شاخه‌ای از مکانیک محیط‌های پیوسته است. مباحثی از قبیل کرنش‌های بسیار کوچک یا تغییر شکل‌های کوچک و رابطه خطی بین مؤلفه‌های تنش و کرنش، از فرضیات اصلی این تئوری به حساب می‌آیند. فرض الاستیسیته خطی، تنها برای تنش‌هایی معتبر است که باعث ایجاد تسلیم ماده نمی‌شوند. این فرضیات برای بسیاری از مواد مهندسی و شرایط مختلف طراحی منطقی هستند. از این‌رو، تئوری الاستیسیته خطی کاربرد وسیعی در تحلیل سازه‌ها و طراحی‌های مهندسی دارد. این تئوری اغلب به همراه تحلیل‌های اجزای محدود به کار می‌رود [۱۳].

معادلات حاکم بر مسائل مقدار مرزی در محیط‌های الاستیک، بر اساس سه تانسور معادلات دیفرانسیل با مشتق‌ات جزئی برای تعادل گشتاور خطی و شش رابطه‌ی کرنش-جابجایی بسیار کوچک به دست می‌آیند. به منظور تکمیل دستگاه معادلات دیفرانسیل، به مجموعه‌ای از روابط مشخصه جبری خطی نیاز است [۱۳].

معادلات حاکم عبارت‌اند از:

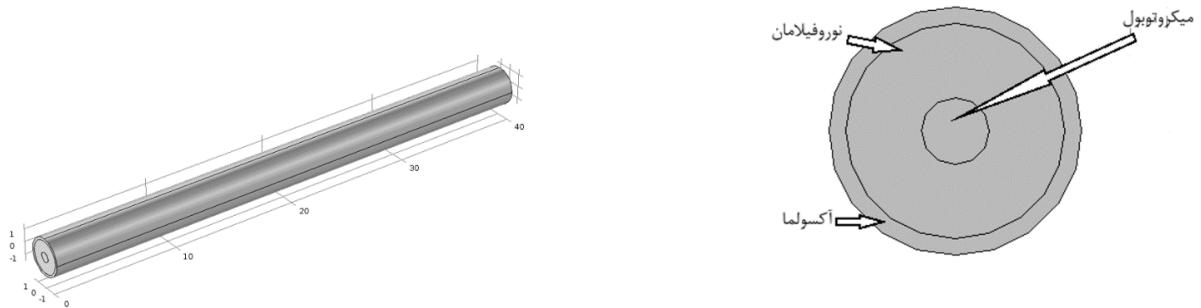
معادله حرکت: این معادله بیانگر قانون دوم نیوتون است [۱۴]:

$$\rho \frac{\partial^2 u}{\partial t^2} = \nabla_x \sigma + f_v \quad (1)$$

معادله کرنش-جابجایی [۱۳]:

$$\epsilon = \frac{1}{2} \left[\nabla u + (\nabla u)^T \right] \quad (2)$$

معادلات مشخصه؛ رفتار مواد الاستیک توسط قانون هوک بیان



شکل ۲. هندسه‌ی آکسون و اجزای تشکیل‌دهنده‌ی آن، الف) نمای جانبی؛ ب) نمای برش از روی‌رو.

Fig.2 . Axon geometry and its components, a) Side view; b) Cutting view from the front.

: [۱۴] (۸)

$$\sigma_q = \sum_{m=1}^N \sigma_m = \sum_{m=1}^N 2G_m (\varepsilon - \gamma_m) \quad (8)$$

در نهایت تنش کلی در قانون هوک با استفاده از تنش ویسکوالاستیک بهصورت معادله (۹) درمی‌آید [۱۴]:

$$\sigma = \sigma_0 + C : \varepsilon_{el} + \sigma_q \quad (9)$$

که در این رابطه σ تنش اولیه‌ی می‌باشد. در داخل کانال، آکسون در ارتباط با سیال محیط‌کش قرار دارد. بههمین منظور، نیازمند بررسی برهم‌کنش سیال-سازه در این بخش هستیم. برای حل مسائل باید معادلات حاکم برای سیال و سازه حل شوند. برای این منظور از روش کوپل دوطرفه استفاده شد که در این روش با جفت‌شوندگی مرحله به مرحله‌ی اطلاعات و حل‌گرهای هر دامنه می‌توان به همگرایی پاسخ‌هایی از جنس تنش‌های انتقالی و تغییر شکل سازه و رژیم جریان در اثر آن، رسید [۱۵]. معادله مومنتوم حاکم بر سیال بهصورت معادله (۱۰) است [۱۵]:

$$\rho (u_{fluid} \cdot \nabla) u_{fluid} = \nabla \cdot \left[-pI + \mu \left(\nabla u_{fluid} + (\nabla u_{fluid})^T \right) - \frac{2}{3} \mu (\nabla \cdot u_{fluid}) I \right] + F \quad (10)$$

در این رابطه، p فشار هیرواستاتیکی، μ و ρ بهتریب لزجت

2 Initial stress

سفتی شاخه شماره m است. τ_m ثابت زمانی آسودگی در شاخه فنر-دمپر m است. متغیر کرنش کمکی q_m بهمنظور نشان دادن امتداد فنرها و متغیر کمکی $\gamma_m = \varepsilon - q_m$ برای نشان دادن امتداد دمپرها معرفی شده‌است. مدول برشی شاخه الاستیک G بهصورت معمول مدول برشی درازمدت یا مدول برشی پایا نامیده می‌شود و با نماد G_0 نشان داده می‌شود. مدول برشی آنی G بهصورت مجموع سفتی تمامی شاخه‌ها بیان می‌شود و برابر است با معادله (۵) [۱۴]:

$$G_0 = G + \sum_{m=1}^N G_m \quad (5)$$

این سفتی برای حالتی است که زمان بارگذاری از مقدار ثابت زمانی آسودگی بسیار کمتر است. زمان آرامش بهصورت معمول در دامنه فرکانسی^۱ اندازه‌گیری می‌شود. درنتیجه، لزجت دمپر یک کمیت فیزیکی نیست بلکه از اندازه‌گیری‌های سفتی و زمان آسودگی بهدست می‌آید. لزجت هر شاخه را بهصورت معادله (۶) می‌توان نوشت [۱۴]:

$$\eta_m = G_m \tau_m \quad (6)$$

در این حالت تنش برای هر شاخه برابر است با معادله (۷) [۱۴]:

$$\sigma_m = 2G_m q_m = 2\eta_m \dot{\gamma}_m = 2G_m (\varepsilon - \gamma_m) \quad (7)$$

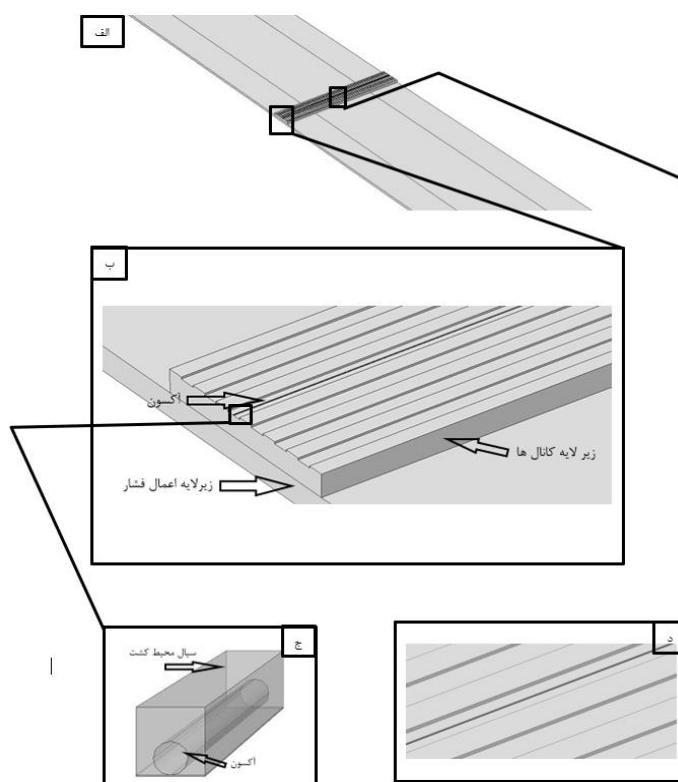
در نهایت مجموع تنش‌ها در تمامی شاخه‌ها برابر است با معادله

¹Frequency domain

جدول ۱. اندازه‌های هندسی مربوط به سلول عصبی [۱۶].

Table 1. Geometric dimensions of the nerve cell.

اندازه	ساختار
۵ تا ۱۰ میکرومتر	قطر جسم سلولی نورون
۰/۲ تا ۱/۵ میکرومتر	قطر آکسون غیر میلین دار عصبی پیرامونی
۱ تا ۲۰ میکرومتر	قطر آکسون میلین دار
۱ میکرومتر	قطر آکسون سربرال کورتکس
۱/۵ میکرومتر	قطر آکسون استفاده شده در مطالعه
۰/۲۵ میکرومتر	ضخامت غلاف میلین
۱ میلیمتر تا ۱ متر	طول آکسون
۴۰۰ نانومتر	رشته‌های میکروتوبول
۲۰۰ نانومتر	غشای آکسون



شکل ۳. ساختار کلی کanal‌ها و نحوه قرارگیری آکسون، (الف) هندسه کلی زیرلایه و کanal‌ها؛ (ب) اجزای مختلف زیرلایه و نحوه قرارگیری آکسون؛ (ج) نحوه قرارگیری آکسون در محیط کشت در داخل کanal؛ (د) برشی از بخش مرکزی آکسون در داخل کanal که مورد استفاده قرار گرفت.

Fig.3 . General structure of channels and axon placement, a) General geometry of the sublayer and channels; B) different components of the sublayer and location of the axon is shown; C) where the axon is placed in the culture medium inside the channel; D) A section of the central part of the axon inside the channel that was used.

را تشکیل می‌دهد، نوروفیلامان‌ها هستند. این بخش نیز به صورت ماده‌ای با خواص ویسکوالاستیک که محدوده‌ی مابین غشا و ساختار مرکزی میکروتوبول‌ها را در برگرفته است، شبیه‌سازی شد. درنهایت، غشای آکسون به صورت لایه‌ای به ضخامت 200 nm و با خواص ویسکوالاستیک در نظر گرفته شده است [۶].

در ساخت سیستم‌های میکروسیالاتی، یک ماده‌ی مناسب دارای سازگاری‌های زیستی و همچنین راحتی ساخت و در دسترس بودن، پی‌دی‌ام‌اس^۲ است. سیستم مورد استفاده از دولایه‌ی پی‌دی‌ام‌اس تشکیل شده است [۱۱]. کرنش تکمحوری بهوسیله‌ی اعمال فشار یکنواخت به برشی از لایه‌ی زیرین اعمال می‌گردد. طول قسمتی از کanal که تحت تأثیر کرنش ناشی از فشار است، $2400\text{ }\mu\text{m}$ و دارای نسبت طول به عرض $1:16$ می‌باشد. ساختار کanal‌ها بر روی لایه‌ی دوم و با الگوی عمق $6\text{ }\mu\text{m}$ ، عرض $50\text{ }\mu\text{m}$ و فاصله‌ی مابین دو کanal معادل $5\text{ }\mu\text{m}$ ، طراحی شده است. ضخامت کلی لایه‌ی اول و لایه‌ی دوم به ترتیب $75\text{ }\mu\text{m}$ و $70\text{ }\mu\text{m}$ است [۱۱]. ساختار کلی کanal‌ها و نحوه قرارگیری آکسون در شکل ۳ نشان داده شده است.

۲-۳- خواص مکانیکی

مدل در نظر گرفته شده همانند ساختار واقعی آکسون به صورت یک ساختار کامپوزیتی درنظر گرفته می‌شود. این ساختار شامل سه بخش رشتہ‌های میکروتوبول، شبکه نوروفیلامان و غشای اکتینی آکسون است [۶]. میکروتوبول‌ها به صورت یکنواخت از نوک تا انتهای آکسون پخش شده‌اند [۷]. به کمک پروتئین‌های ارتباط‌دهنده، این فیلامان‌ها رشتہ‌های میکروتوبولی را تشکیل می‌دهند که خود بیشترین سهم را در سفتی و یکپارچگی ساختاری آکسون دارند [۱۷]. با توجه به ساختار کلی میکروتوبول و رفتاری که از خود در شرایط مختلف بارگذاری نشان می‌دهد، از یک مدل الاستیک خطی برای توصیف خواص آن استفاده می‌شود [۱۷]. غشای آکسون یا آکسولما^۳ یک ساختاری لیپیدی دولایه است که قسمت‌های درون‌سلولی را از قسمت‌های خارج سلولی جدا می‌کند. کanal‌های یونی که فعالیت‌های الکتریکی نورون را تحت تأثیر قرار می‌دهد، بر روی این بخش قرار دارد. غشای آکسون بر روی یک اسکلت اکتین-اسپکترون قرار دارد که بیشترین سهم را در سفتی غشا ایفا می‌کند [۱۸]. در این مدل برای نشان دادن

دینامیکی و چگالی سیال و I تانسور دلتای کرونکر می‌باشد. همچنین معادلات مربوط به فصل مشترک سیال-سازه در این روش به صورت معادله (۱۱) است [۱۵]:

$$\begin{aligned} u_{fluid} &= u_w \\ u_w &= \frac{\partial u}{\partial t} \\ \sigma \cdot \mathbf{n} &= \Gamma \cdot \mathbf{n} \\ \Gamma &= \left[-pI + \mu \left(\nabla u_f + (\nabla u_f)^T \right) - \frac{2}{3} \mu (\nabla \cdot u_f) I \right] \end{aligned} \quad (11)$$

در عبارت بالا \mathbf{u} بیان‌کننده بردار سرعت دیواره فصل مشترک سیال-سازه می‌باشد. \mathbf{u} بردار جابجایی دیواره، Γ نماینده تنش هیدرودینامیک انتقالی از دامنه سیال به دامنه جامد و \mathbf{n} بردار نرمال یکه است.

۲-۲- هندسه

ساختار آکسون مطابق شکل ۲ به صورت یک استوانه در نظر گرفته می‌شود. در داخل این ساختار رشته‌های میکروتوبول و نوروفیلامان‌ها قرار می‌گیرند [۱۶].

اندازه‌های اشاره شده برای آکسون در مراجع مختلف متفاوت است. حدود اندازه‌ها در جدول ۱ ذکر شده است.

مطابق شکل ۲ در این تحقیق، آکسون به شکل یک استوانه‌ی یکنواخت به قطر $1/5\text{ }\mu\text{m}$ و به طول $2400\text{ }\mu\text{m}$ در نظر گرفته شد. علت طول زیاد اولیه در نظر گرفته شده، هندسه‌ی میکرو کanal مورد استفاده‌است، که فاصله‌ی بین دو محفظه را در برمی‌گیرد. درنهایت، جهت بررسی پاسخ مکانیکی به بررسی برشی به طول $40\text{ }\mu\text{m}$ از آکسون اکتفا می‌کنیم تا از تفاوت در ابعاد و نسبت طول به قطر $(1/5\text{ }\mu\text{m})$ به $2400\text{ }\mu\text{m}$ که منجر به مشکلات محاسباتی از جمله شبکه‌بندی می‌شود، جلوگیری به عمل آید [۶]. همچنین به منظور در نظر گرفتن ساختارهای داخلی آکسون، سه قسمت از بخش‌های داخلی آکسون در نظر گرفته شد. رشتہ‌های میکروتوبول داخل آکسون که توسط پروتئین‌های تاؤ^۱ به هم متصل‌اند، را به صورت یک استوانه با قطر 400 nm شبیه‌سازی می‌کنیم. جهت سهولت در مدل‌سازی، از وارد کردن خواص پروتئین‌های متصل کننده چشم‌پوشی شده است. بخش اصلی و داخلی که بیشترین حجم ساختار آکسون

²PolyDiMethylSiloxane (PDMS)

³Axolemma

¹Tau

جدول ۲. خواص مکانیکی در نظر گرفته شده برای اجزای آکسون [۶].

Table 2. Mechanical properties considered for axon components [6].

خواص مکانیکی	اجزای آکسون
الاستیک خطی	
$E = 830 \text{ MPa}$	میکروتوبول
$\nu = 0.37$	
ویسکوالاستیک خطی	
$K = 7 / 5 \times 10^{-5} \text{ N/m}$	نوروفیلامان
$\mu = 10^{-7} \text{ Ns/m}$	
ویسکوالاستیک خطی	
$G_1 = 3 / 333 \times 10^{-4} \text{ MPa}$	آکسولما
$G_\infty = 1 / 333 \times 10^{-5} \text{ MPa}$	
$\tau = 3000 \text{ s}$	
$\nu = 0.499$	

جدول ۳. پارامترهای مدل هایپرالاستیک زیرلایه [۱۱].

Table 3. Sublayer hyperelastic model parameters [11].

α_r	$\mu_r \text{ (kPa)}$	α_i	$\mu_i \text{ (kPa)}$
-3/96	535/2	6/1	107/6

پیدیاماس را توصیف کند. پارامترهای به کار رفته برای توصیف زیرلایه در جدول ۳ ذکر شده است.

برای سیال داخل میکرو کانال نیز به علت شباهت های بسیار زیادی که با آب دارد و نیز ساده سازی از خواص آب استفاده می شود. لزجت دینامیکی و چگالی آب به عنوان سیال محیط کشت به ترتیب ۰/۸۸۹۱ cP و ۱۰۰۰ kg/m³ در نظر گرفته شد [۲۱].

۴-۲- شرایط بارگذاری

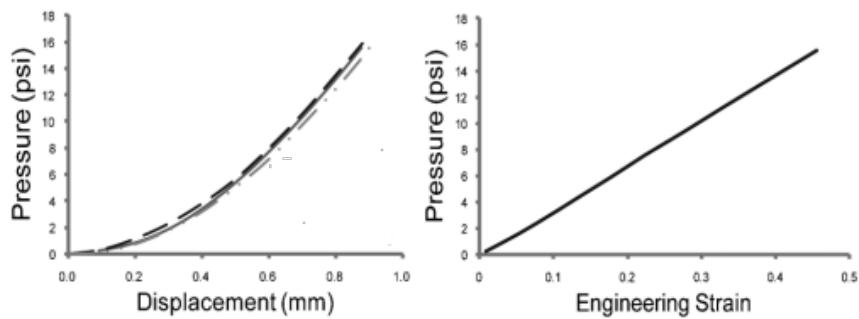
هدف این تحقیق، اعمال رژیم های مختلف کرنش و بررسی اثر آن در پاسخ مکانیکی آکسون است. این کرنش به صورت اعمال شرایط مرزی و به صورت جایه جایی در زیرلایه پایینی اعمال می شود. بدین صورت که تحت فشارهای یکنواخت در زیرلایه شاهد کرنش ها و نرخ کرنش های مختلفی خواهیم بود که توسط لایه میکرو کانال ها به آکسون منتقل می شود. اندازه کرنش مرتبط با فشارهای اعمال شده در شکل ۴ آمده است.

این فشار در مدل به صورت بارگذاری مرزی و فشارهای یکنواخت

رفتار غشا از یک ساختار یکپارچه با خواص ویسکوالاستیک خطی استفاده شد [۵]. بخش سوم و نهایی در ساختار آکسون نوروفیلامان ها هستند: فیلامان های میانه ای که موازی با رشته های میکرو توبول و تا ۱۰ برابر بیشتر در تعداد، قرار گرفته اند [۱۹]. این فیلامان ها قطر آکسون را مشخص کرده و یکپارچگی کلی شبکه نوروفیلامانی را حفظ و آن را به غشاء پلاسمما و میکرو توبول ها متصل می کنند [۲۰]. مطالعات زیادی به منظور توصیف خواص این بخش صورت گرفته است. در نهایت، با استفاده از یک مدل ویسکوالاستیک خطی و در نظر گرفتن مدل فنر-دمپر، خواصی با دقیقی نزدیک به رفتار واقعی در نظر گرفته شد [۶]. خواص مکانیکی در نظر گرفته شده برای اجزای آکسون در جدول ۲ آمده است.

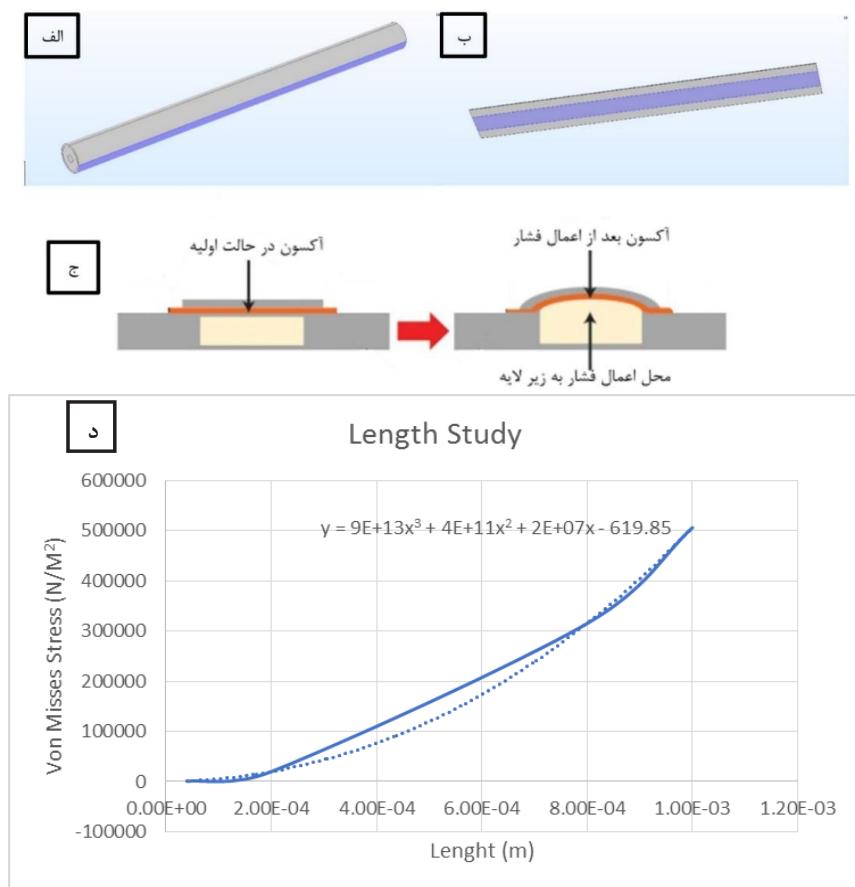
خواص مکانیکی زیرلایه ها نیز بر اساس منابع توسط یک مدل هایپرالاستیک اوگدن درجه دوم بیان می شود [۱۱]. با توجه به داده های آزمایشگاهی پیشین [۱۱] و با استفاده از روش برازش منحنی^۱ این مدل، مدل مناسبی است که می تواند پاسخ زیرلایه

¹ Curve-fitting



شکل ۴. اندازه جابجایی و کرنش مرتبط با فشارهای اعمال شده [۱۱].

Fig.4 . Displacement and Strain magnitudes associated with the applied pressures [11].



شکل ۵. شماتیک بارگذاری و آنالیز طول؛ (الف) زیرلایه اعمال فشار، (ب) قسمت برش خورده برای مدل آکسون نهایی، (ج) شکل شماتیک چگونگی اعمال فشار به عنوان عامل ایجاد جابجایی، (د) محاسبه تنفس ون مایسز بر حسب طول جهت در نظر گرفتن قسمت مرکزی آکسون به طول ۲۰ میکرومتر در مدلسازی.

Fig.5 . Loading schematic and length analysis; A) Subslayer for applying pressure, b) Cut section for the final axon model, c) Schematic of how to apply pressure to initiate displacement, d) Calculation of von Mises stress in terms of length to consider the central part of the axon with a length of 20 μm in modeling.

به نظر می‌رسد، حرکت می‌کنیم. ابتدا و انتهای آکسون که در محیط کشت اصلی در داخل محفظه‌های کشت قرار دارند، به صورت قیدهای ثابت در نظر گرفته می‌شود. به عنوان مقادیر پیش‌فرض، جابجایی

اعمال شد. با توجه به شکل ۵، ساختار کلی سیستم اعمال فشار و محل آن مشخص است. به منظور بررسی حالت‌های مختلف، از دامنه‌ی کرنش پایین به سمت دامنه‌ی کرنش‌هایی که انتظار آسیب قطعی

جدول ۴. نرخ کرنش و کرنش‌های اعمال شده [۱۱]. فشار یکنواخت اعمال شده به زیرلایه در کرنش‌های ۱۱٪، ۲۵٪ و ۴۲٪ به ترتیب 3.5 psi ، 8.5 psi و 14.5 psi است.

Table 4. Applied strain rates and strains. The uniform pressure applied to the sublayer at 11%, 25% and 42% strains is 3.5 psi, 8.5 psi and 14.5 psi, respectively.

کرنش٪۴۲	کرنش٪۲۵	کرنش٪۱۱	زمان(μs)
$1/6 \text{ s}^{-1}$	$1/10 \text{ s}^{-1}$	$1/4 \text{ s}^{-1}$	۲۶۰
$8/4 \text{ s}^{-1}$	$5/10 \text{ s}^{-1}$	$2/2 \text{ s}^{-1}$	۵۰
$19/1 \text{ s}^{-1}$	$11/4 \text{ s}^{-1}$	$5/10 \text{ s}^{-1}$	۲۲

جدول ۵. مقادیر بارگذاری مدل نهایی آکسون.

Table 5. Load values for the axon final model.

کرنش	نیرو در واحد سطح واردہ به آکسون از طرف زیرلایه
۱۱٪	1400 N/m^2
۲۵٪	3000 N/m^2
۴۲٪	5500 N/m^2

را به صورت مستقل در نظر گرفتیم، تفاوت داشت. در صورتی که زمان حل از ۱ ساعت و 44 دقیقه به 19 ساعت و 17 دقیقه افزایش یافت. برای توجیه شرایط مرزی و نقاطی که آکسون در دو سر ثابت می‌شود نیز همین روش انجام شد. ابتدا در اندازه‌ی واقعی و در حالتی که آکسون طول $2400 \mu\text{m}$ دارد، مانند شرایط ذکر شده در تحقیق دوله و همکاران [۱۱]، دو سری که در داخل محفظه‌های دو طرف کانال‌ها بود را ثابت در نظر گرفتیم. در نهایت جهت تطابق با ساده‌سازی‌های قبلی، آکسون به مقیاس $40 \mu\text{m}$ درآمده است. نیروی اعمال شده از طرف زیرلایه به آکسون نیز در غیاب زیرلایه به‌گونه‌ای اعمال شد که منجر به همان پاسخ‌ها می‌شود. برای تبدیل مقادیر تنش اعمال شده، با یک محاسبه در طول‌های مختلف به طول تغییر می‌کند (شکل ۵-۵). مقادیر با مرتبه ۳ نسبت به طول تغییر می‌کند (شکل ۵-۵).

در محاسبات مربوط به برهمکنش سیال-جامد نیز، سیال به صورت تراکم ناپذیر و جریان سیال بدون اغتشاش در نظر گرفته شد. مقدار سرعت ورودی سیال اگرچه با توجه به منابع موجود نامشخص بود، اما با توجه به مشخصات سیستم و علم به این که سرعت سیال ناشی

شبکه صفر جای‌گذاری شد. ارتباط آکسون با زیرلایه و محیط کanal به صورت چسبندگی همیشگی و با فرض این که آکسون در طی فرآیند اعمال بار از زیرلایه جدا نمی‌شود، تعریف شد. نرخ کرنش و کرنش‌های اعمال شده در جدول ۴ اشاره می‌شود.

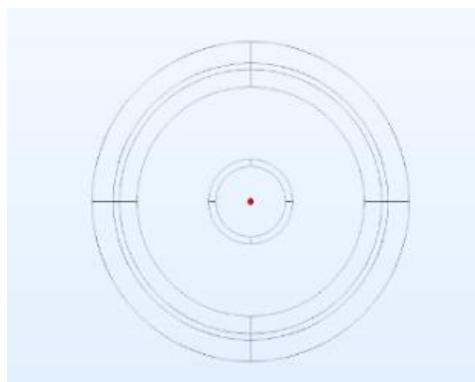
به منظور اعمال این میزان از کرنش برشی از آکسون، در محاسبات نهایی مورد لحاظ قرار گرفته است، مقادیر نیرو در واحد سطحی که آکسون از زیرلایه دریافت می‌کند، به عنوان ورودی بارگذاری در مدل نهایی اعمال شد (جدول ۵).

به منظور ساده‌سازی و کاهش زمان حل و هزینه‌های محاسباتی، یک برش به اندازه‌ی $40 \mu\text{m}$ استفاده می‌شود. ابتدا جهت بررسی این موضوع که داده‌های ساده‌سازی شده چقدر با مدل اصلی تطابق دارد، حالت کلی و هندسه‌ی اصلی آکسون در داخل کanal و در طول واقعی در نظر گرفته شد. در این حالت، تنش‌ها و کرنش‌های به دست آمده در حد $5/0$ درصد (تنش در مرکز آکسون 6387 Pa در مقایسه با مقدار متناظر آکسون مستقل معادل 6421 Pa) با حالتی که آکسون

جدول ۶. نتایج محاسبات استقلال حل از شبکه.

Table 6. The calculated results of mesh sensitivity analysis.

ساختار	اندازه
قطر جسم سلولی نورون	۵ تا ۱۰۰ میکرومتر
قطر آکسون غیر میلین دار عصبی پیرامونی	۰/۱ تا ۰/۰۵ میکرومتر
قطر آکسون میلین دار	۱ تا ۲۰ میکرومتر
قطر آکسون سربال کورنکس	۱ میکرومتر
قطر آکسون استفاده شده در مطالعه	۱/۵ میکرومتر
ضخامت غلاف میلین	۰/۲۵ میکرومتر
طول آکسون	۱ میلی متر تا ۱ متر
رشته های میکرو توبول	۴۰۰ نانومتر
غشای آکسون	۲۰۰ نانومتر



شکل ۶. نقطه در نظر گرفته شده جهت محاسبات تنش.

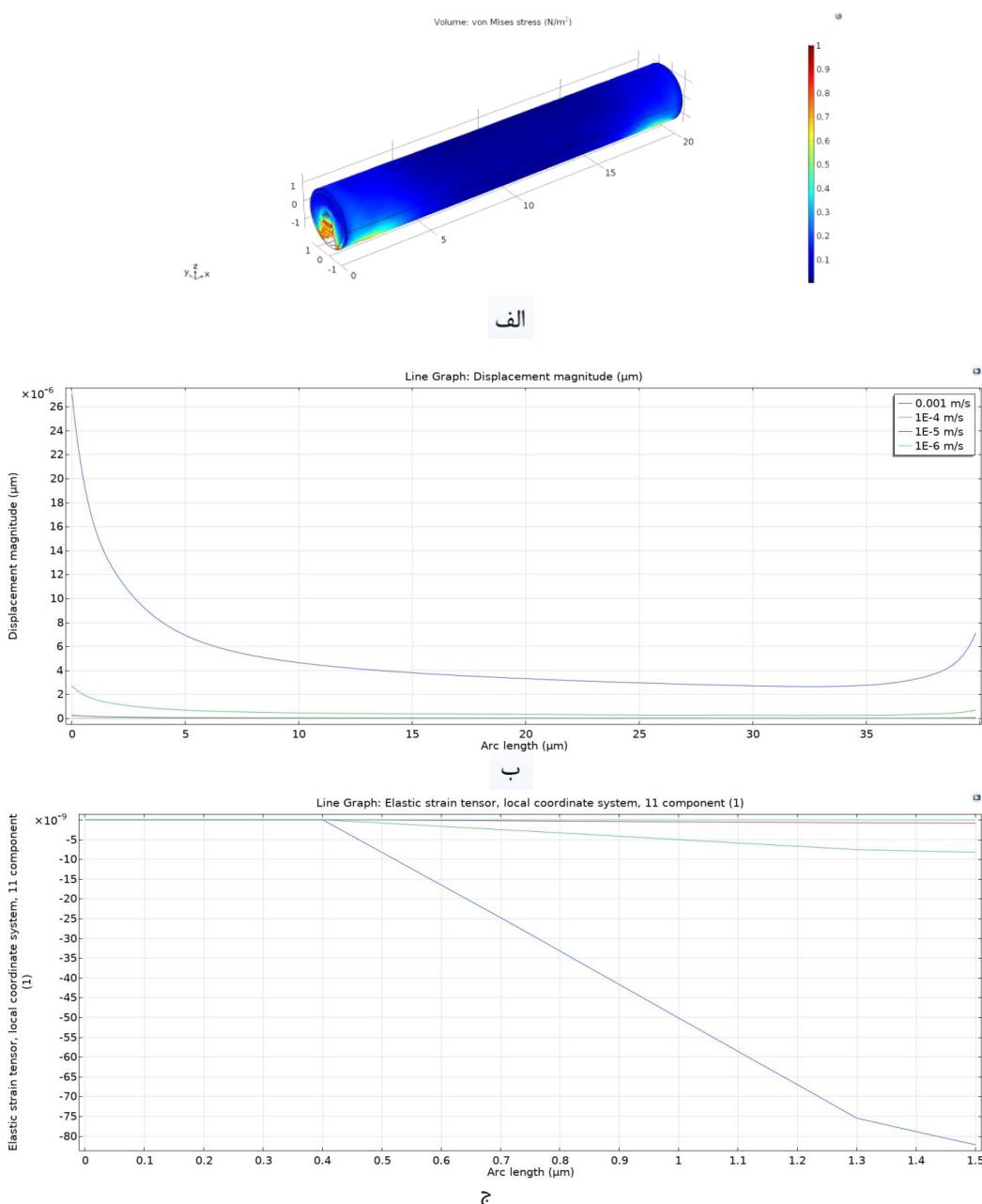
Fig. 6. The point considered for stress calculations.

فشار از معادلات درجه اول استفاده شد.

۵-۲- روش حل محاسباتی

حل مدل در سه مرحله انجام می شود. حل تمامی بخش های تحقیق توسط نرم افزار چند فیزیکی کامسول^۱ (ورژن ۵/۲) انجام شد. ابتدا به منظور درک صحیح از تأثیر سیال بر آکسون، محاسبات مرتبط

از اختلاف سطح سیال محیط کشت در محفظه های قسمت ابتداء و انتهایی کanal است، مقدار $10 \mu\text{m}$ لحاظ شد. باید توجه داشت که این مقدار بیشتر از مقادیر واقعی در کanal است و صرفاً هدف از استفاده از این مقدار حد بالای سرعت، نشان دادن عدم تأثیر این جریان بر پاسخ مکانیکی آکسون است. در خروجی سیال، فشار مرجع معادل فشار محیط به مقدار یک اتمسفر لحاظ شد. به منظور گسسته سازی سیال نیز برای سرعت از معادلات درجه دوم و برای



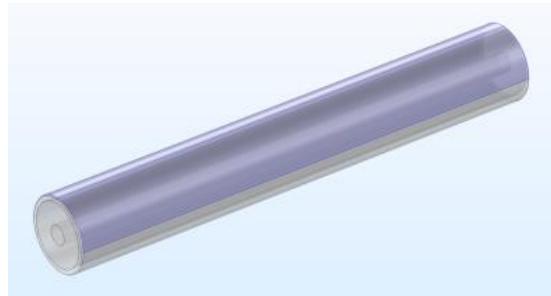
شکل ۷. الف) مقادیر تنش در طول آکسون (بر حسب میکرومتر) در داخل میکروکانال؛ ب) جابه‌جایی بر مبنای طول قوس در سرعت‌های مختلف؛ ج) کرنش بر مبنای طول قوس در سرعت‌های مختلف.

Fig. 7. a) Stress values along the axon (in micrometers) inside the microchannel; **b)** Displacement based on the arc length at different velocities; **C)** Strain based on the arc length at different velocities.

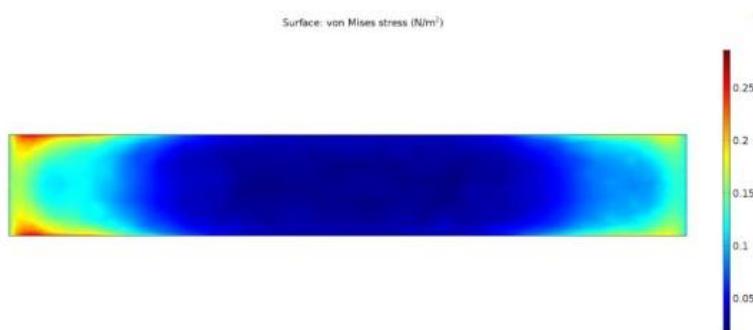
و در نتیجه حداقل کردن جانشین‌شوندها عمل می‌کند، استفاده شد. سپس بهمنظور اطمینان از نرخ کرنش‌های مورد نظر و همچنین صحّت‌سنجی تکمحوره بودن کرنش در راستای موردنظر، داده‌های مرتبط با رفتار زیرلایه استخراج می‌شود. درنهایت، کرنش و نرخ کرنش‌های به‌دست آمده بر مدل آکسون اثر داده می‌شود تا نتیجه‌ی نهای حاصل شود. در محاسبات مربوط به مدل آکسون و نتایج مرتبط

با برهم‌کنش سیال‌سازه انجام می‌شود. بهمین منظور، معادلات مرتبط در یک مطالعه‌ی وابسته به زمان و با تلورانس 10^{-4} و با درنظر گرفتن خواص غیرخطی حل شد. همچنین از حل‌گر مامپس^۱ که بر اساس الگوریتم‌های پیش‌سفارشی^۲ جهت مبادلات ستون‌ها

¹MUMPS
²Preordering algorithms



شکل ۸. صفحه جهت مشاهده اثرات داخلی تنش.
Fig. 8. Face to view the internal effects of stress.



شکل ۹. مقادیر تنش در صفحه داخلی آکسون.
Fig. 9. Stress values on the inner face of the axon.

است. هرچند که اختلاف زمان موردنیاز برای حل بسیار چشمگیر است. درنتیجه، در تمامی حالات برای حل محاسبات از شبکه با تعداد المان ۴۵۰۵۸ استفاده می‌شود. محل در نظر گرفته شده جهت محاسبات تنش در شکل ۶ مشاهده می‌شود. این نقطه دقیقاً در مرکز هندسی مدل قرار دارد. از شکل برش داده شده می‌توان دید که نقطه در مرکز استوانه است. همچنین در محور طول آکسون نیز نقطه در فاصله‌ی $20 \mu\text{m}$ قرار دارد.

۳-نتایج و بحث

با در نظر گرفتن آکسون با هندسه‌ی مشخص شده در داخل کانال می‌توان پاسخ آکسون به جریان سیال محیط کشت را مورد بررسی قرارداد. مقادیر تنش در آکسون در داخل میکرو کانال در شکل ۷ آمده است. این شکل مربوط به مطالعه بر هم‌کنش سیال‌سازه صرفأً با اعمال جریان سیال (بدون کرنش واردۀ از طرف زیرلایه) می‌باشد. در این مطالعه هدف بررسی اثر جریان سیال بر روی آکسون است. در نتیجه تنها تحریک خارجی واردۀ بر آکسون از طرف جریان سیال

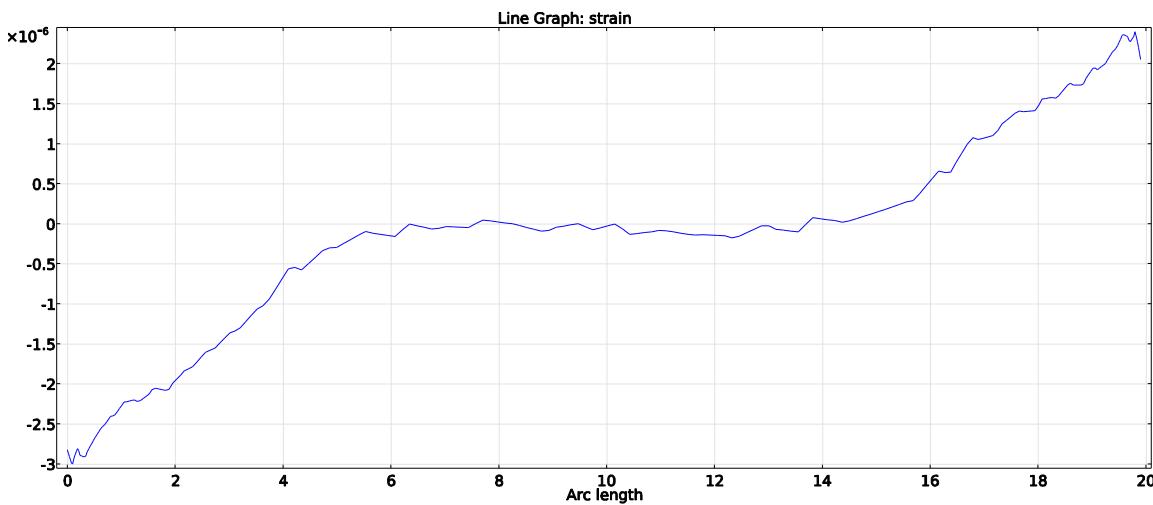
با کرنش و نرخ کرنش، مطالعه‌ی وابسته به زمان با گام‌های زمانی μs ۲ و در زمان‌های $\mu\text{s} ۲۲$ ، $\mu\text{s} ۵۰$ و $\mu\text{s} ۲۶۰$ استفاده شد. محاسبات با شرایط تماماً جفت شده^۱ انجام شد که از یک نسخه‌ی میرا شده‌ی نیوتن برای کنترل پارامترها استفاده می‌کند.

۴-۵-۱-ایجاد شبکه و استقلال حل از شبکه محاسباتی

برای ایجاد شبکه‌ی در این تحقیق از نرم‌افزار چند فیزیکی کامسول استفاده شد. از المان‌های چهاروجهی جهت شبکه‌بندی قسمت جامد و المان‌های منشوری^۲ برای قسمت سیال استفاده شد. تعداد المان‌ها در پنج اندازه انجام شد تا استقلال حل از اندازه شبکه تعیین شود. به‌منظور بررسی اثر تغییرات اندازه‌ی المان‌ها در راستای ساعی نیز بخش مرتبط با آکسلوما ریزتر مش زده شد. نتایج مرتبط با تعداد المان‌های به کار رفته برای محاسبه مقادیر تنش در جدول ۶ مشخص شده‌است. مقادیر تغییرات تنش در دو ستون نهایی جدول بسیار ناجیز

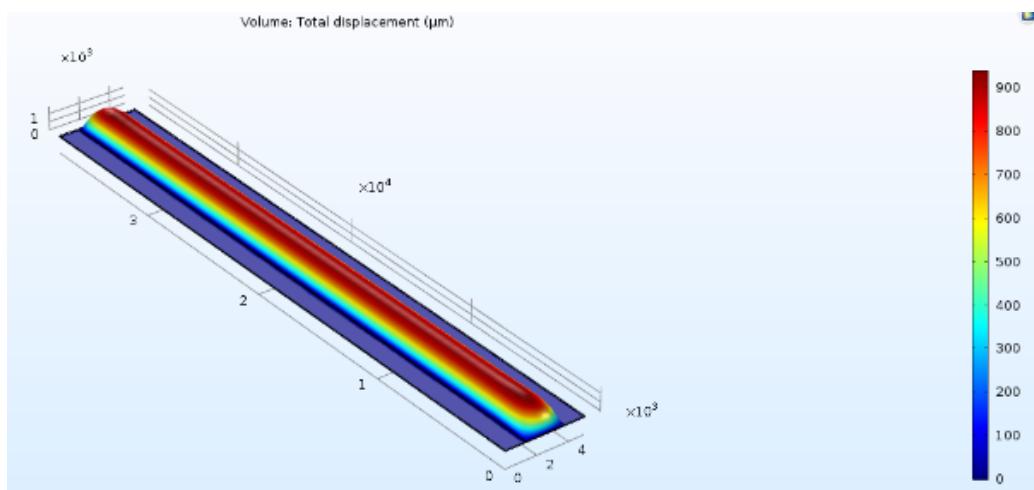
¹Fully coupled

²Prism element



شکل ۱۰. مقادیر کرنش بر روی لبه آکسون در تماس با سیال محیط کشت.

Fig. 10. Strain values on the edge of the axon in contact with the culture medium.



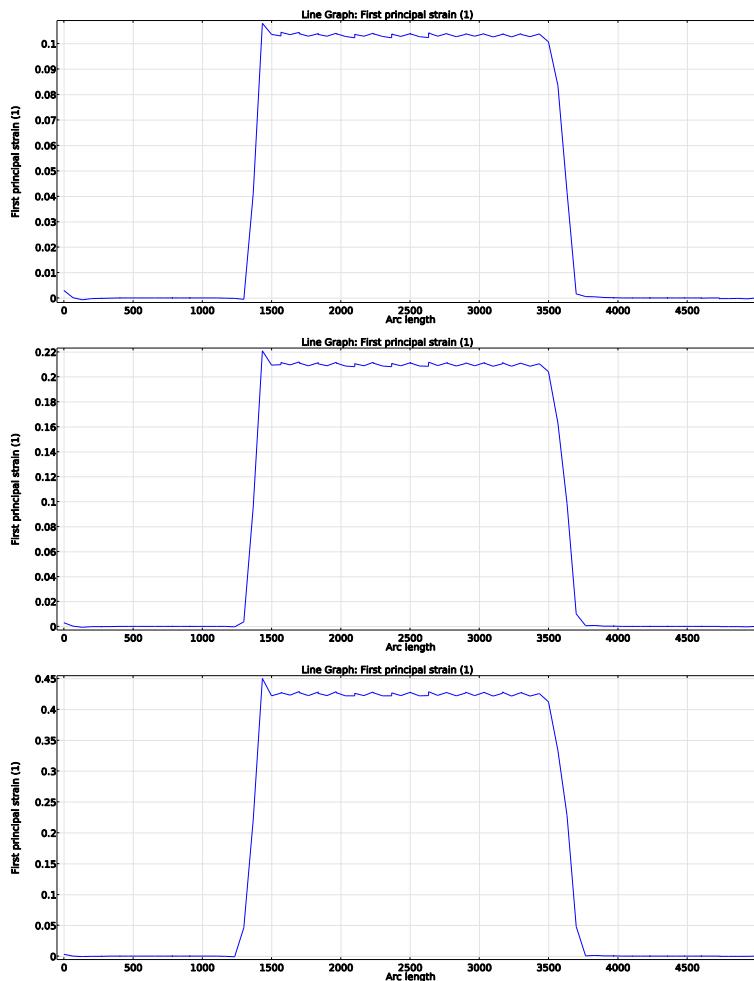
شکل ۱۱. تغییر شکل زیرلایه در فشار ۱۴/۵ psi.

Fig. 11. Deformation of the sublayer at a pressure of 14.5 psi.

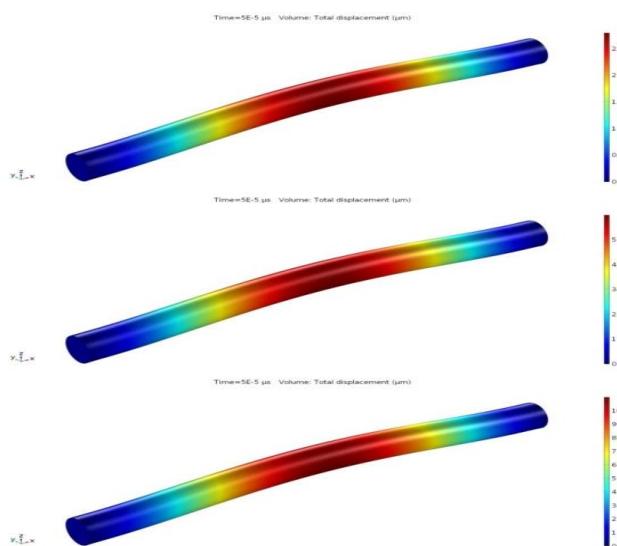
آکسون بیان شده است. جهت بررسی بیشتر تأثیر جریان مقادیر تنش در صفحه‌ای که از محور وسط آکسون می‌گذرد، شکل‌های ۸ و ۹ آورده شد تا تأثیر بر قسمت‌های داخلی نیز دیده شود. در نهایت نیز با بررسی مقادیر کرنش بر روی لبه‌ی بالایی آکسون که در تماس مستقیم با سیال است، مطابق شکل ۱۰ مشاهده شد که مقادیر این کرنش‌ها ناچیز و در محاسبات آنی قابل چشم‌پوشی است. سیال بر روی پاسخ مکانیکی آکسون تأثیر آنچنانی ندارد و صرفاً نقش ایجاد محیط مناسب برای رشد و حیات آکسون را دارد. این نتایج نشان می‌دهد که با افزایش

است و لذا شرایط مساله متفاوت با مطالعاتی است که در ادامه مقاله به بررسی اثر کرنش وارده از طرف زیرلایه بر آکسون انجام می‌شود. همان‌گونه که در این شکل مشاهده می‌شود، بهصورت کلی در داخل آکسون شاهد تنش‌های بسیار کوچکی هستیم که بر روی پاسخ مکانیکی آکسون اثر ندارد. این شرایط با آنچه توسط دوله و همکاران [۱۱] گزارش شده، تطابق دارد.

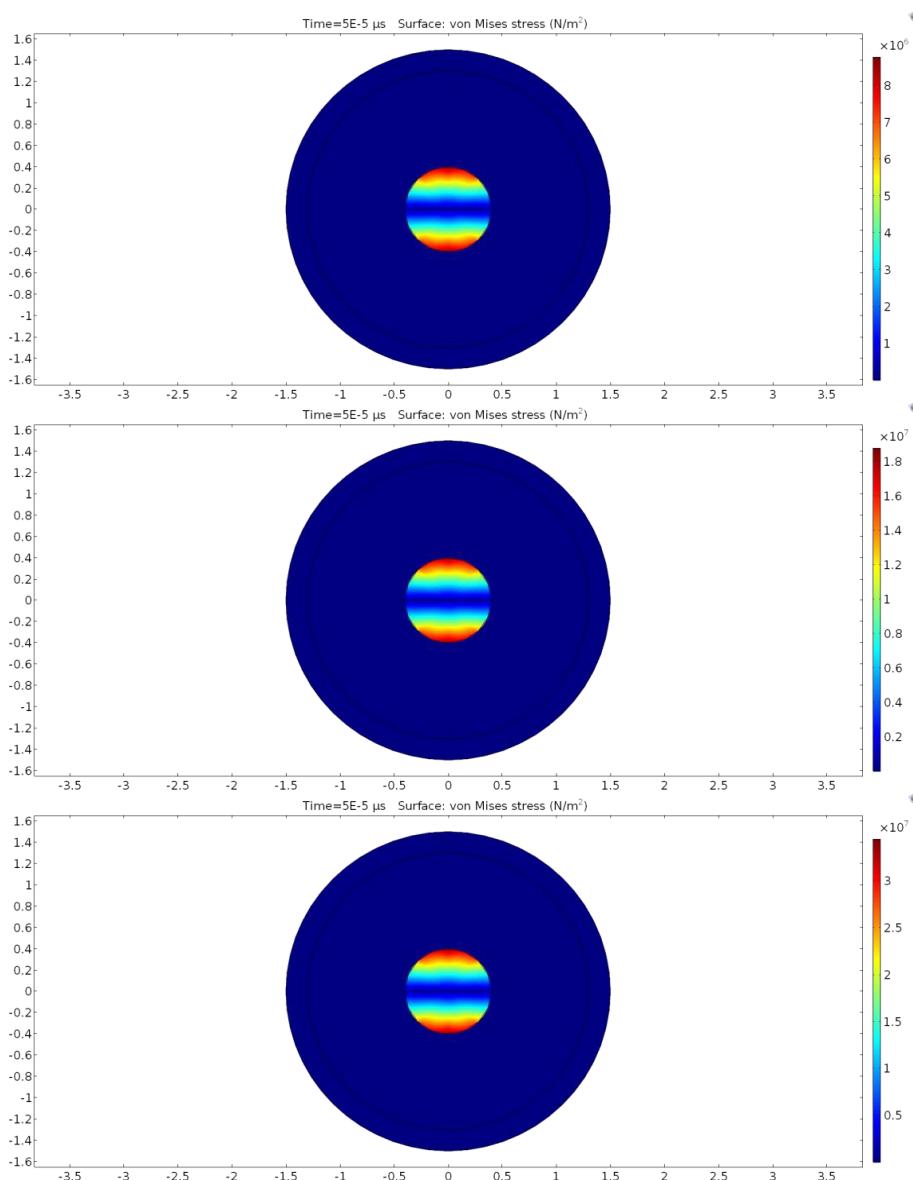
مقادیر مختلفی (e^{-5}, e^{-4}, e^{-3} ، e^{-2}) (متر بر ثانیه) برای سرعت ورودی جریان در نظر گرفته شده است. در شکل ۷ قسمت ب مقادیر کرنش و جابه‌جایی در سرعت‌های مختلف در سطح تماس سیال و



شکل ۱۲. کرنش در فشارهای اعمال شده ۳.۵ psi، ۸.۵ psi و ۱۴.۵ psi.
Fig. 12. Strain at applied pressures of 3.5 psi, 8.5 psi and 14.5 psi.



شکل ۱۳. تغییرات کلی جابه جایی آکسون به ترتیب از بالا به پایین برای کرنش های ۱۱٪، ۲۴٪ و ۴۲٪.
Fig. 13. General changes in axon displacement for 11%, 24% and 42% strains from top to bottom, respectively.



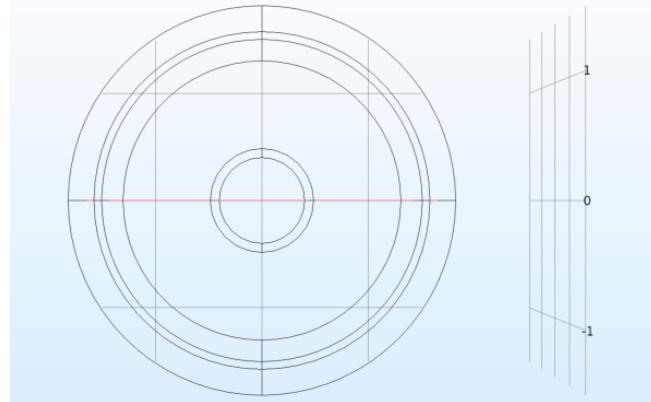
شکل ۱۴. مقادیر تنش در کرنش‌های ۱۱٪ و ۲۴٪، ۴۲٪ و زمان ۵۰ μs به ترتیب از بالا به پایین.

Fig. 14. Stress values at strains of 11% and 24%, 42% from top to bottom, respectively, in the time equals to 50 μs .

آزمایشگاهی نشان داده شده بود [۲۲]، به دست آمد. درنتیجه از داده‌های خروجی این بخش از کار به عنوان داده‌های ورودی و بارگذاری‌های موردنیاز برای مدل قسمت برش خورده از آکسون استفاده می‌شود. پاسخ کلی آکسون به بارگذاری‌ها و مقادیر جابه‌جایی در حجم کلی آکسون مطابق شکل ۱۳ بررسی می‌شود. با توجه به هندسه مسئله و قیود آن انتظار می‌رود که آکسون همانند تیر دوسرگیرداری که کرنش تکمحوره به آن وارد شده‌است، عمل کند. توجه به شکل ۱۳ نشان می‌دهد که تغییر شکل کلی آکسون

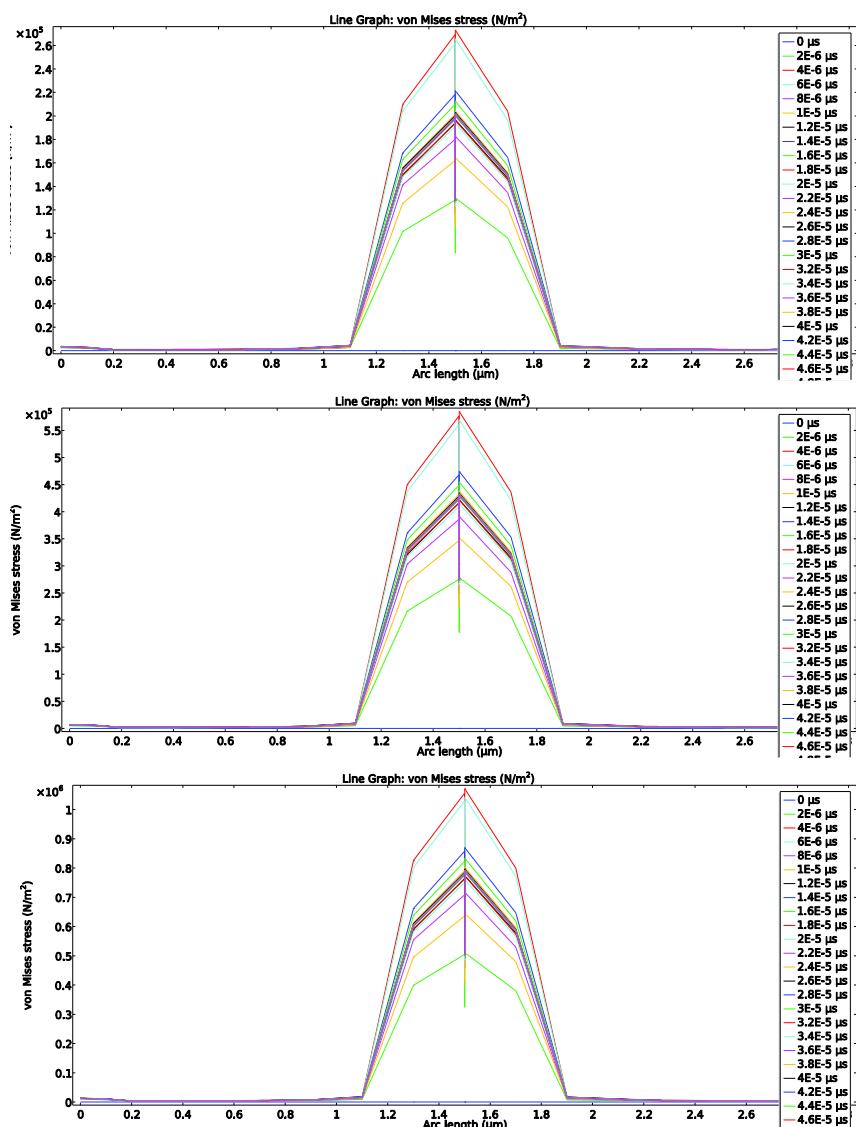
سرعت سیال تا مقادیر ۱ میلی متر بر ثانیه، کماکان شاهد مقادیر ناچیز کرنش خواهیم بود که فرض مبنی بر عدم تأثیر جریان بر پاسخ مکانیکی آکسون را توجیه می‌کند.

با اعمال فشارهای مختلف و مشاهده پاسخ زیرلایه‌ها و تأثیر آن میزان اندازه کرنش‌های موردنیاز برای اعمال بر آکسون به دست آمد (شکل ۱۱). همچنین این مورد که اعمال بار منجر به ایجاد کرنش تکمحوره در آکسون می‌شود، مورد تأیید قرار گرفت (شکل ۱۲). از نتایج این مدل‌سازی‌ها تطابق دقیقی با آنچه در مدل



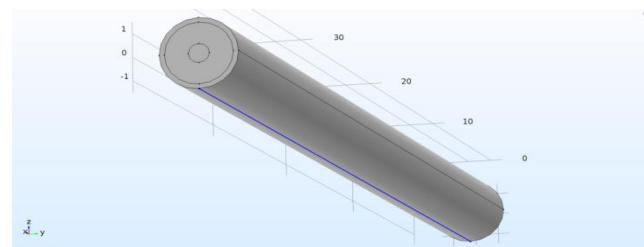
شکل ۱۵. ناحیه محاسبه تنש‌های داخلی.

Fig. 15. Internal stress calculation area.



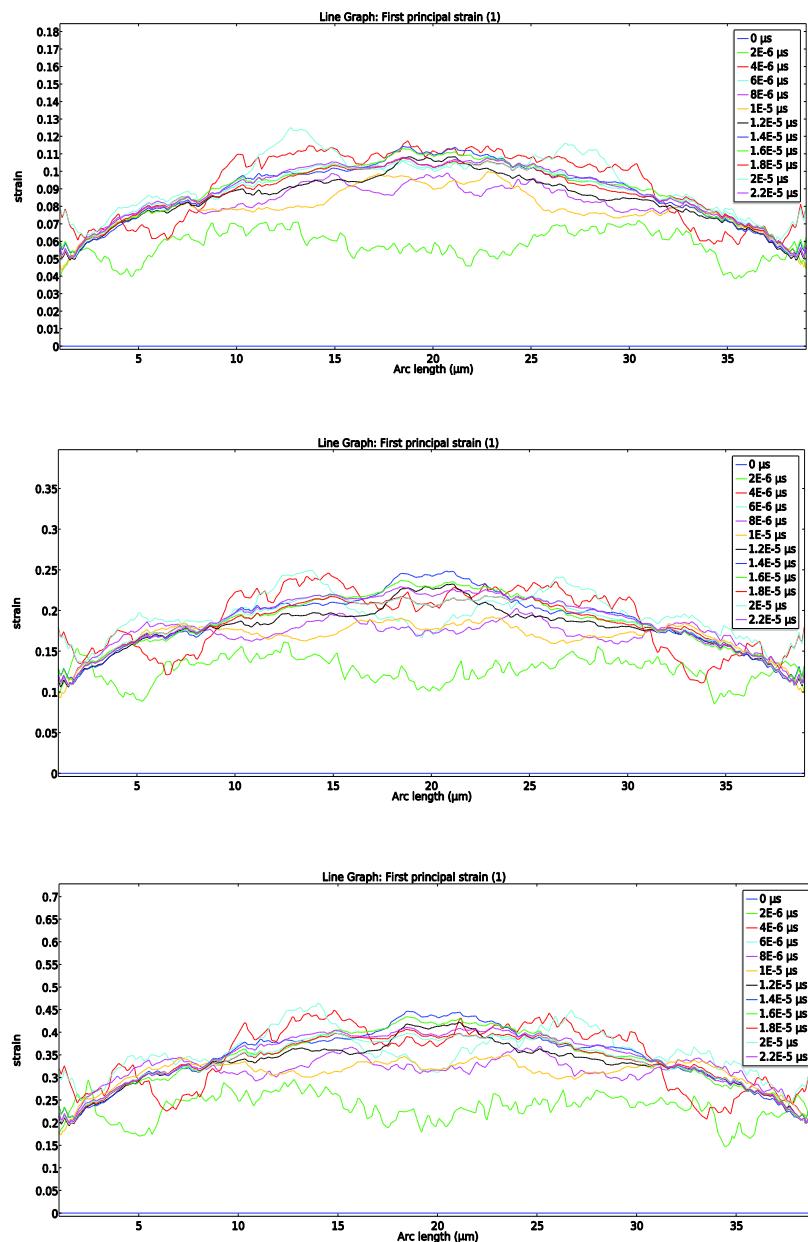
شکل ۱۶. مقادیر تنش‌ها در کرنش‌های ۱۱٪، ۲۴٪ و ۴۲٪ زمان μs به ترتیب از بالا به پایین.

Fig. 16. The values of stresses in 11%, 24% and 42% strains from top to bottom, respectively, in the time equals to $50 \mu\text{s}$.



شکل ۱۷. ناحیه تماس آکسلوما با زیر لایه جهت محاسبات کرنش.

Fig. 17. Axolemma contact area with the sublayer for strain calculations.



شکل ۱۸. تغییرات کرنش در طول آکسلوما در زمان $t=22 \mu s$.

Fig. 18. Strain changes along the Axolemma at $t=22 \mu s$.

زدایی در زمان‌های نزدیک به ms ۱۰۰۰ خود را نشان می‌دهد که از مقدار زمان شبیه‌سازی دینامیک ما بسیار بالاتر است. در نتیجه، اثرات مربوط به انتقال نوروفیلامن‌ها و یا اتصال دوباره ارتباط دهنده وارد محاسبات نشد. گرچه در نهایت برای ارائه‌ی درک درستی از پاسخ کلی باید به عوامل شیمیایی و اثرات آن‌ها نیز به‌دقت پرداخته شود. برای حالت کرنش ۱۱٪ از آن‌چه از مدل آزمایشگاهی و همچنین دیگر مدل‌های مشابه [۲۳] استخراج شده‌است، احتمال ایجاد آسیب پایین است. زیرا تخریبی در ساختار آکسون صورت نمی‌گیرد. تنها نگرانی موجود در این حالت مربوط با پاسخ الکتریکی آکسون است که در برخی منابع [۲۲] به آن اشاره شده‌است. بدین‌صورت که با اعمال این بارگذاری، تغییراتی که دریاز و بسته شدن کانال‌های یونی بر روی آکسولما انجام می‌شود، باعث تغییر سیگنال الکتریکی و درنهایت تخریب آکسون می‌شود. بدین‌صورت که در کرنش‌های ۱۰ درصد و ۲۰ درصد هستیم. کاهش پتانسیل عمل و نزدیک شدن آن به صفر آسیب به آکسون را نشان می‌دهد [۲۴].

اهمیت بررسی پاسخ مکانیکی آکسلوما دارای اهمیت است. با درنظر گرفتن قسمت زیرین آکسون که در تماس دائم با زیرلایه است و در شکل ۱۷ مشخص شده‌است، می‌توان تغییرات کرنش در آکسلوما را رصد کرد. با توجه به شرایط حاکم بر مسئله و نوع بارگذاری‌ها و چگونگی اعمال فشار توسط زیرلایه، شاهد کرنش تک محوره خواهیم بود. به‌همین منظور، تمامی کرنش‌های در نظر گرفته شده در راستای بارگذاری و محور Z خواهد بود.

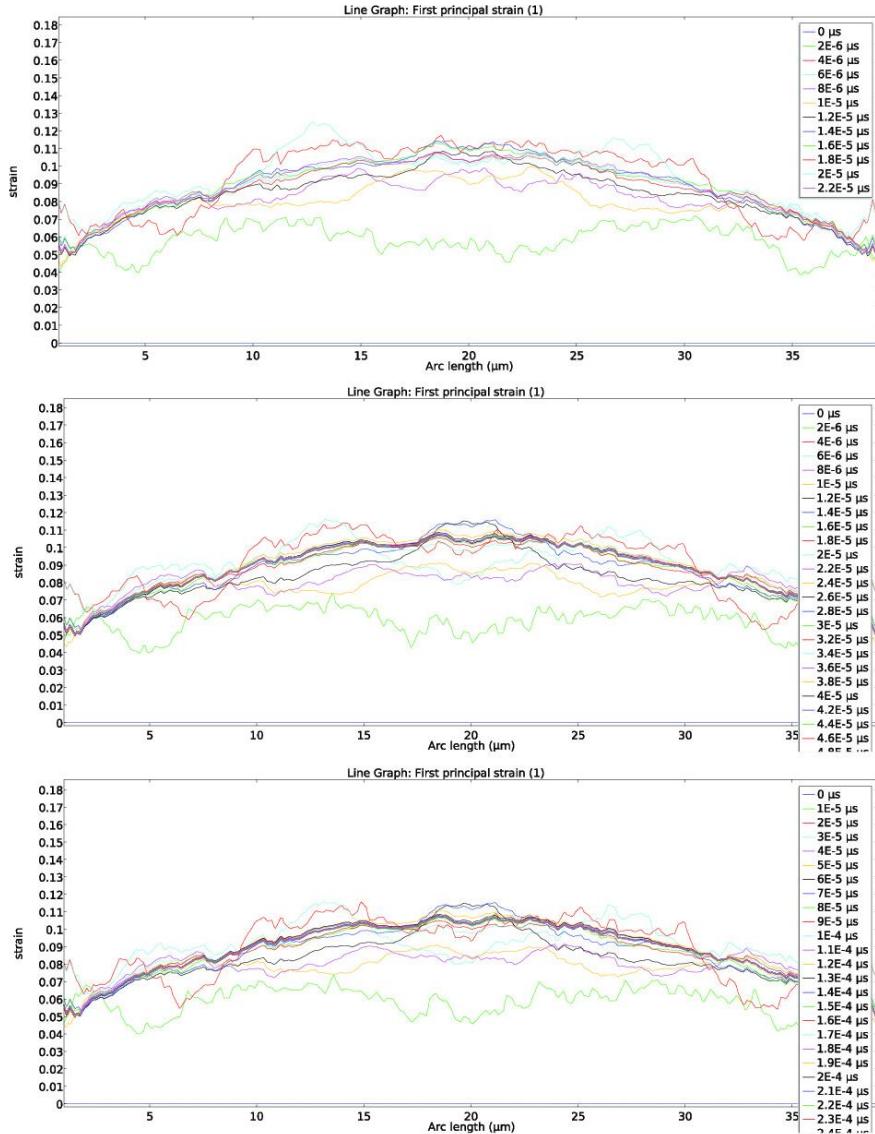
همان‌گونه که در شکل ۱۸ نشان داده می‌شود، بیشترین مقدار کرنش و مقادیر مورد انتظار از بارگذاری زیرلایه به آکسلوما وارد می‌شود. با توجه به خواص مکانیکی و رفتار واقعی آکسلوما، این پدیده قابل پیش‌بینی بود. مدل‌سازی انجام شده توسط مونتانینو و همکاران [۶] نشان داد که در صورت اعمال کرنش‌های ۳۰ درصدی به آکسون، شاهد کاهش ضخامت آکسلوما تا ۴۰ درصد خواهیم بود. آن‌ها نشان دادند که افزایش نرخ کرنش از ۱ بر ثانیه به ۱۰ بر ثانیه می‌تواند منجر به کاهش ضخامت ۵ درصد، مازاد بر مقادیر قبلی شود. این امر می‌تواند اثر اصلی آکسلوما در شروع فرآیند آسیب را توجیه کند. همچنین پاسخ به‌دست‌آمده نشان می‌دهد که در ابتدای بارگذاری، مقادیر کرنش یک جهش پیدا می‌کند و بهمروز و باگذشت زمان به‌حال

مطابق انتظار و مقادیر بیشینه‌ی آن در قسمت‌های مرکزی آکسون است. برای بررسی دقیق‌تر رفتار آکسون باید مقادیر تنش و کرنش در نقاط مختلف و اجزای مختلف آکسون بررسی شود. به‌نظر می‌رسد که اثرات مربوط به آسیب کرنشی در میکروتوبول وابسته به مقادیر کرنش است. به‌این صورت که در ناحیه مرکزی اعمال بار که بیشترین میزان کرنش مشاهده می‌شود، نشان‌گذاری بتا-توبولین^۱ حاکی از تخریب چشم‌گیر میکروتوبول نسبت به نواحی با کرنش کمتر دارد. همچنین نشان‌گذاری‌های فلورسنت نیز همین مسئله را تأیید می‌کنند [۱۱]. اولین بخش حائز اهمیت، مشاهده اثر کرنش‌ها بر روی بخش‌های مختلف آکسون است. در این راستا مقدار سهم هر کدام از اجزای آکسون و تأثیرگذاری آن‌ها در پاسخ کلی مورد توجه قرار گرفت. با بررسی شکل ۱۴ می‌توان مشاهده کرد که بیشترین سهم از تنش وارده به آکسون توسط میکروتوبول‌های داخلی تحمل می‌شود. این نتایج با یافته‌های قبلی که عملده یکپارچگی ساختار آکسون را ناشی از استحکام رشته‌های میکروتوبول می‌دانند [۶]، منطبق است. یکی از اولین اتفاقاتی که در طی بروز آسیب آکسونی دیده می‌شود، شکسته شدن رشته میکروتوبول‌هاست. تحقیقات فراوانی در این زمینه صورت گرفته است تا چگونگی این پاسخ‌ها را نشان دهد. همان‌گونه که در پژوهشی پیشین [۶] نشان داده شده است، میزان تنش‌هایی در حدود ۲۰ MPa، منجر به از هم گسیختگی رشته‌های میکروتوبول می‌شود. با مقایسه‌ی مقادیر تنش‌های بیشینه در این تحقیق در پاسخ به کرنش‌های وارد شده با مقادیر موجود در آن پژوهش [۶]، ایجاد آسیب در دو حالت کرنش ۲۴٪ و ۴۲٪ توجیه‌پذیر است.

برای بررسی دقیق‌تر تنش‌ها، برشی از آکسون در راستای محور Y و عمود بر راستی بارگذاری مانند آنچه در شکل ۱۵ نشان داده شده‌است، در نظر گرفته می‌شود. مقادیر تنش‌ها در کرنش‌های ۱۱٪ و ۲۴٪ و ۴۲٪ و زمان ۵۰۰۰ میکرومتر در شکل ۱۶ مشخص است.

باید این نکته را در ذهن داشت که در این نتایج، اثرات مربوط به بحث بسپارش و وابسپارش^۲ در نظر گرفته نشده است. هرچند با مقایسه‌ی نتایج موجود با گزارشات اخیر [۷] می‌توان مشاهده کرد که بیشترین اثر این پدیده‌ها برای نرخ کرنش‌های بسیار پایین است و در حالت نرخ کرنش بالا قابل چشم‌پوشی است. پدیده رشته‌زایی-رشته

¹ B-tubulin²Polymerization and depolymerization



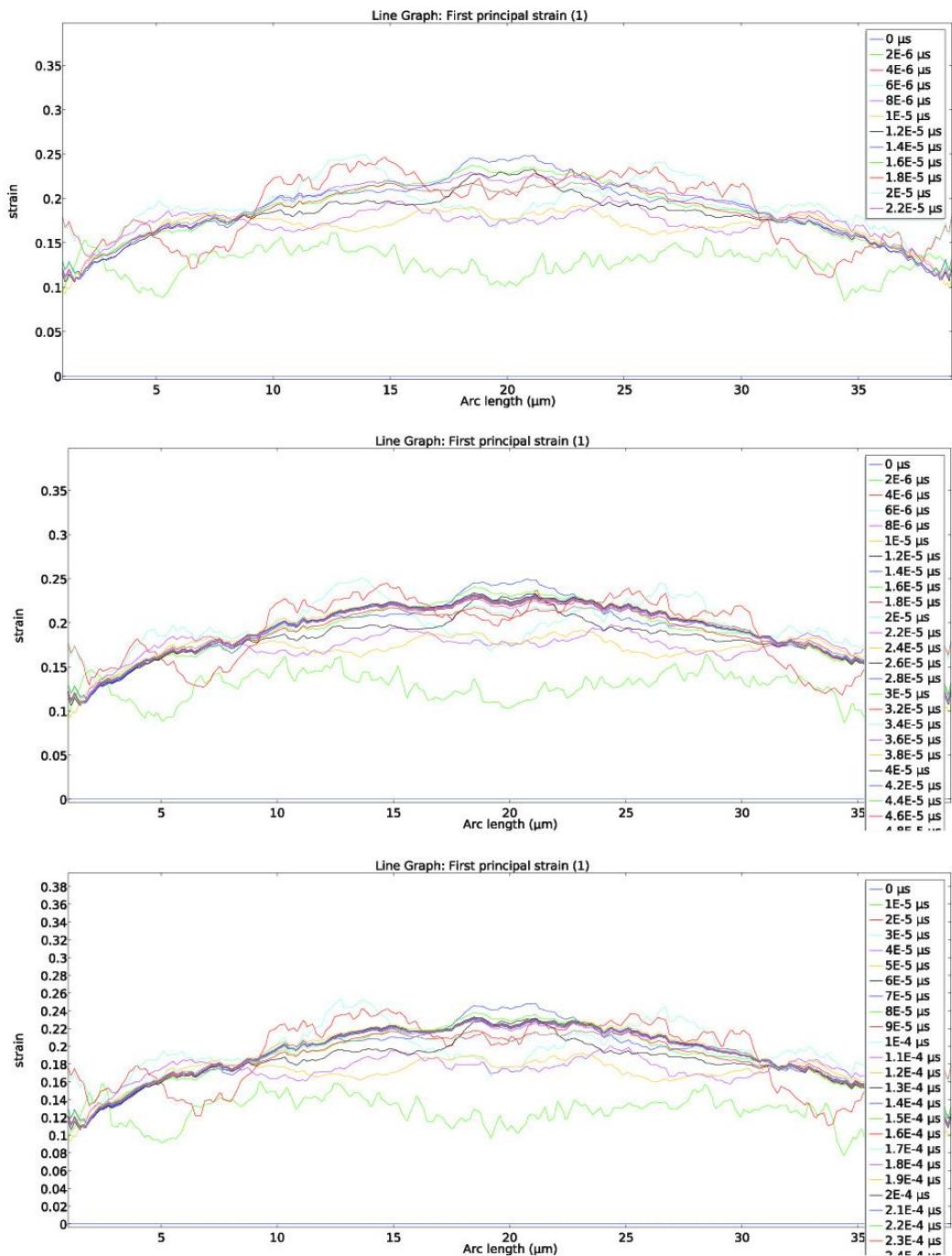
شکل ۱۹. پاسخ به کرنش ۱۱٪ در طی زمان‌های مختلف برای نرخ کرنش‌های ۰.۴، ۲.۲ و ۵ بر ثانیه به ترتیب از بالا به پایین.

Fig. 19. Response to 11% strain during different times for strain rates of 0.4, 2.2 and 5 per second from top to bottom, respectively.

پی آسیب وارد نورون می‌شود. این افزایش ناشی از تغییرات نفوذپذیری آکسولما در پی کرنش است. در یک تحقیق انجام شده پیشین [۱۱]، پیرو آسیب تغییرات نفوذپذیری نسبت به مولکول کلسین بررسی شد. مشاهده شد که تغییرات چشمگیری بروز نمی‌دهد، به همین علت نتیجه گرفتند که عمدۀ دلیل آسیب نه تغییرات نفوذپذیری غشا بلکه تخریب رشته‌های میکروتوپول است.

باتوجه به خواص ویسکوالاستیک مربوط با آکسولوما می‌توان نتیجه گرفت که عامل اصلی در پاسخ مکانیکی نرخ کرنش است [۶]. مطالعات بسیاری هم به صورت آزمایشگاهی [۲۵] و هم به صورت شبیه‌سازی

تعادل می‌رسد. این پدیده اهمیت زمان اعمال کرنش وارد شده به آکسون و نرخ آن را نشان می‌دهد. همواره باید این پدیده را در نظر داشته باشیم که نرخ کرنش‌های بالا و زمان کوتاه منجر به پاسخی از آکسون می‌شود که احتمال بروز آسیب را بالا می‌برد. کیلینیک و همکاران [۲۵] پیشنهاد دادند که آسیب نفوذی و دانهدانه شدن آکسون ناشی از آسیب‌های ضربه‌ای مغز به علت پدیده‌ی تخلخل‌زایی مکانیکی (به وجود آمدن حفره‌هایی در آکسولوما که ناشی از بارگذاری مکانیکی و تخریب تدریجی آن است) می‌باشد. در مدل ارائه شده، کلینیک و همکاران مشاهده کردند که مقادیر زیادی از لوسيفر زرد در

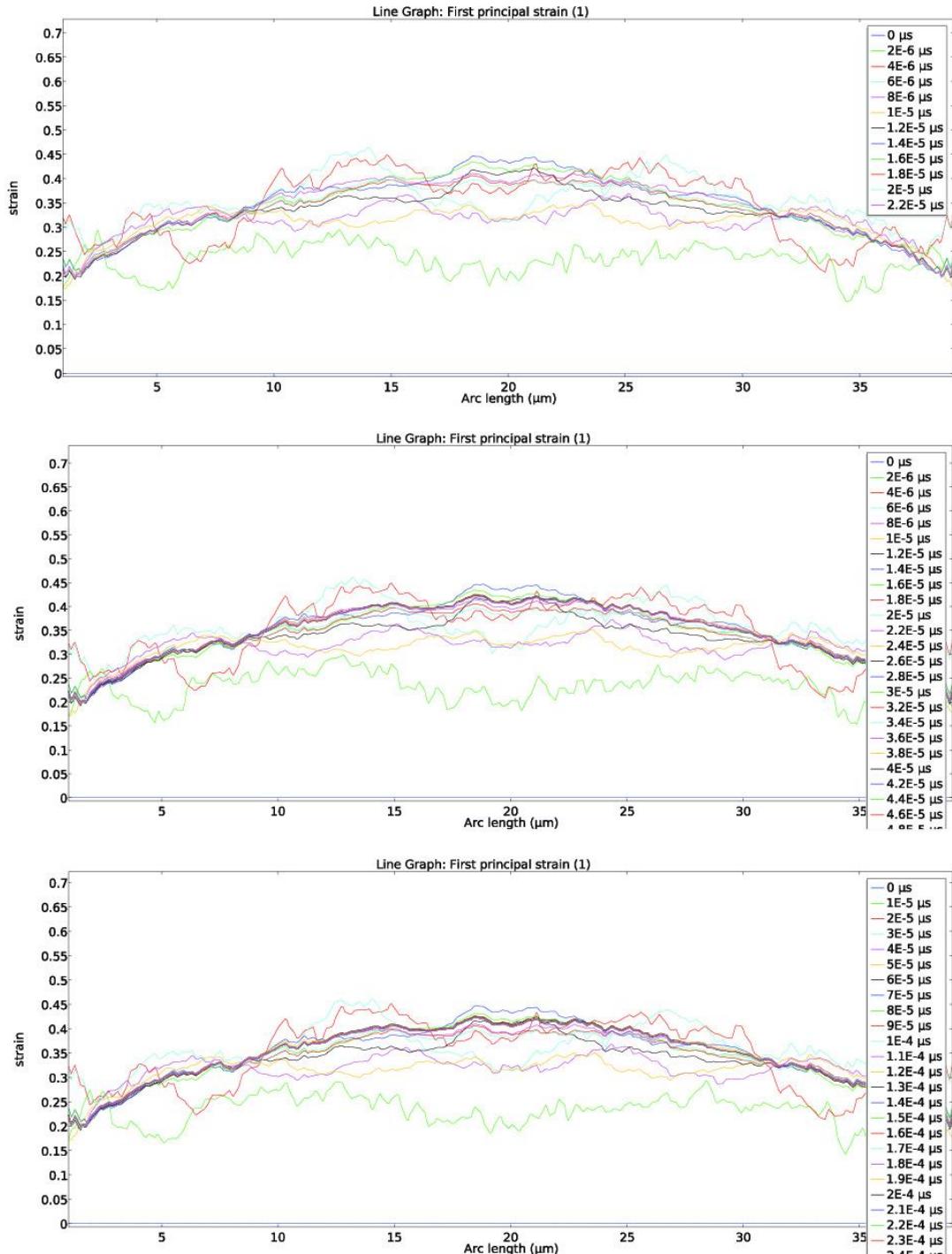


شکل ۲۰. پاسخ به کرنش ۲۴٪ در طی زمان‌های مختلف برای نرخ کرنش‌های ۱، ۵ و ۱۱/۴ بر ثانیه به ترتیب از بالا به پایین.

Fig. 20. Strain response of 24% at different times for strain rates of 1, 5 and 11.4 per second from top to bottom, respectively

که محدوده‌ی ایجاد آسیب با داده‌های آزمایشگاهی تطبیق دارد [۱۱]. در نتایج آزمایشگاهی و با کمک تصویربرداری نشان داده شد که بعد از اعمال کرنش ۴۲ درصد و در نرخ کرنش ۱۹/۱ بر ثانیه، آسیب به آکسون شروع شده و در نهایت بعد از گذشت ۲۴ ساعت از اعمال

جهت توصیف آکسلوما انجام شده است. نتایج حاصل از این نتایج نشان دهنده‌ی تخریب کامل آکسون در نرخ کرنش‌های پایین‌تر از ۲۵ منطبق بر کرنش‌های بالاتر از ۲۰ درصد است، که با توجه به میزان نرخ کرنش و کرنش‌های وارد شده به مدل موجود می‌توان دید



شکل ۲۱. پاسخ به کرنش ۴۲٪ در طی زمان‌های مختلف برای نرخ کرنش‌های ۱/۶، ۸/۴ و ۱۹/۱ بر ثانیه به ترتیب از بالا به پایین.

Fig. 21. Response to 42% strain during different times for strain rates of 1.6, 8.4 and 19.1 per second from top to bottom, respectively.

و صرفاً کرنش در یک جهت در نظر گرفته شده است. درنتیجه برخی از نتایج به صورت دقیق با نتایج آزمایشگاهی انطباق کامل ندارد. اما مقایسه با برخی مدل‌سازی‌ها می‌توان نتایج را اعتبارسنجی کرد. زیرا

بارگذاری آکسون به صورت کامل تخریب می‌شود. همچنین نشانه‌هایی از هم‌گسیختگی اولیه‌ی آکسونی نیز یافت شد. در مدل موجود، به علت برخی فرضیات، یکی از عوامل مهم یعنی اثر کرنش دو محوره حذف

و یا تخریب سیگنال انتقالی می‌شوند. بسیاری از مطالعات، اختلالات شناختی، رفتاری و ادراکی ناشی از این آسیب را نشان می‌دهند؛ ولی هیچ چارچوبی برای ارتباط این علائم رفتاری در مقیاس ماکرو به آسیب‌ها در سطح سلولی تعریف نشده است. برای درک بهتر تأثیر آن بر نقص عملکردی نورون و نقص شناختی، در این تحقیق، اثر ضربه بر سیگنال (اطلاعات) در هر نورون بهطور اختصاصی بررسی شده است که در بیماری‌های مختلف از جمله آلزایمر، پارکینسون، ام اس و ضربات مغزی که به نوعی مربوط به تغییرات ساختاری سلول عصبی هستند، نقش اساسی بازی می‌کند. زیرا برهم خوردن تعادل مکانیکی سلول عصبی، تخریب اسکلت سلولی و همچنین تغییرات ساختاری سلول از جمله عوامل دخیل در بسیاری از بیماری‌های مغز و اعصاب می‌باشند.

در تحقیق انجام شده با تکیه بر نتایج حاصل از یک مدل آزمایشگاهی و وارد کردن آکسون در داخل یک سیستم میکروسیالاتی، اثر جریان سیال و شرایط داخلی کانال و زیرلایه در پاسخ آکسون بررسی شد. گرچه با این تقریب ساده‌سازی‌های توجیه‌پذیری صورت گرفت، اما متأسفانه از اثرات مهم پروتئین‌های متصل‌کننده‌ی تائو که بیانگر بسیاری از ویژگی‌ها و پاسخ‌های مکانیکی میکروتوبول هاست، چشم‌پوشی شد. این مدل می‌تواند درک بهتری از سازوکار حساسیت مکانیکی سلول ارائه دهد و همچنین گام مناسبی برای بررسی مکانیک سلول به شمار آید. با استفاده از نتایج این تحقیق، می‌توان گام مهمی در جهت تعیین محدوده‌ی آسیب در ضربات مغزی برداشت. با توجه به خواص مکانیکی و رفتار مکانیکی آکسون و اعمال این خواص به بخش‌های زیرساختاری آن، می‌توان پاسخ این ساختارها را به یک محرك مکانیکی مورد مطالعه قرار داد. به این ترتیب که می‌توان با بررسی نقاطی که بیشترین میزان کرنش و تنش را متحمل می‌شوند، پاسخ آن‌ها را در گذر زمان بررسی کرد. این محدوده‌ی آسیب به واقعیت نزدیک‌تر است. چون بر اساس آسیب عملکردی در نظر گرفته شده است. پرسه‌ی آسیب مکانیکی درنهایت منجر به نقص عملکردی نورون می‌شود. این نکته حائز اهمیت است که آسیب مکانیکی سلول، منجر به کشیدگی آکسون، حفره‌زایی غشاء و آسیب میکروتوبول می‌شود. نیروی وارد شده به مغز، فرد را مستعد بیماری‌های تخریب‌کننده‌ی نورون در آینده می‌کند. سؤال اساسی که پیش می‌آید این است که چگونه نیرو منجر به آسیب می‌شود. در پاسخ

معیارهای اصلی جهت بررسی آسیب و تعیین محدوده‌ی آسیب مانند از هم گسیختگی میکروتوبول‌ها کماکان قابل اعمال است. همچنین تخریب احتمالی آکسلوما در کرنش‌های بالای ۲۰ درصد موردي است که می‌تواند آسیب را توجیه کند [۶].

پاسخ به کرنش‌های ۱۱٪، ۲۴٪ و ۴۲٪ در طی زمان‌های مختلف در نرخ کرنش‌های اشاره شده در جدول ۴ در شکل‌های ۱۹ تا ۲۱ مشاهده می‌شود. با مشاهده تغییرات در این نمودارها، با افزایش نرخ کرنش (از بالا به پایین)، نزدیک شدن پاسخ‌ها در زمان‌های مختلف (به‌ویژه در محل بیشینه‌ی کرنش) گزارش می‌شود. همان‌گونه که در شکل‌های ۱۹، ۲۰ و ۲۱ نشان داده شده است، با افزایش زمان، مقادیر کرنش از جهش‌های ناگهانی دور و به حد تعادل می‌رسند. این امر با نتایجی که در بررسی آزمایشگاهی پیشین [۱۱] نشان داده شد و بیان گر اثر نرخ کرنش بر شرایط ایجاد آسیب بود، مطابق است. در کار آزمایشگاهی نشان داده شد که در حالتی که آکسون تحت اثر مقدار مشخصی کرنش است، درصورتی که نرخ کرنش پایین باشد، آکسون زمان کافی برای تطبیق با کشنش پیش‌آمده را خواهد داشت و درنتیجه احتمال آسیب پایین‌تر است. اما در صورت اعمال همان اندازه کرنش در زمان‌های کمتر شناسی این که آسیب پیش بباید و حتی شاهد قطع شدن کامل آکسون باشیم، بسیار بالاتر است [۲۲]. با توجه به این که آکسوتومی اولیه پدیده‌ای غیرمعمول در آسیب نفوذی آکسون است، شناسایی عواملی که شروع‌کننده زنجیره اتفاقات ثانویه در آسیب هستند، حیاتی است. مسیرهای مولکولی فراوانی که منجر به تغییرات مورفولوژیکی در آکسون، مانند لغزش و نوسان آکسون و درنهایت باعث بروز تخریب ثانویه می‌شوند، پیشنهاد شده‌اند [۷]. باید توجه داشت که مدل‌های آزمایشگاهی قادر به رصد آن‌ها نیست. تلاش ما با رویکرد ساختاری ارائه عامل شروع‌کننده‌ی آسیب بود. بهمنظور مشاهده‌ی دقیق فرآیند پیشرفت آسیب بدون شک نیازمند بررسی دقیق‌تر با استفاده از خواص فعلی و همچنین رفتارهای مولکولی هستیم.

۴-نتیجه گیری

یکی از مهم‌ترین چالش‌های بیماری‌های تخریب‌کننده‌ی نورون، در چگونگی آسیب در سطح سلولی و تأثیر آن بر عملکرد شبکه‌ی سلول‌های عصبی است. ضربات مغزی باعث اختلال در انتقال آکسونی

643 (2018).

- [7] C. Conde, A. Cáceres, Microtubule assembly, organization and dynamics in axons and dendrites, *Nature Reviews Neuroscience*, 332-319 (2009) (5)10.
- [8] E. Bar-Kochba, M.T. Scimone, J.B. Estrada, C. Franck, Strain and rate-dependent neuronal injury in a 3D in vitro compression model of traumatic brain injury, *Scientific Reports*, 11-1 (2016) (1)6.
- [9] F. Zhu, D.L. Gatti, K.H. Yang, Nodal versus total axonal strain and the role of cholesterol in traumatic brain injury, *Journal of neurotrauma*, 870-859 (2016) (9)33.
- [10] S.P. Mutualik, J. Joseph, P.A. Pullarkat, A. Ghose, Cytoskeletal mechanisms of axonal contractility, *Biophysical journal*, 724-713 (2018) (4)115.
- [11] J.-P. Dollé, B. Morrison III, R.S. Schloss, M.L. Yarmush, An organotypic uniaxial strain model using microfluidics, *Lab on a Chip*, 442-432 (2013) (3)13.
- [12] S.D.a.B.V. Ghasimi, effect of strain on axonal injuries in microfluidic cell culture platform, in: The 27th Annual International Conference of Iranian Society of Mechanical Engineers-ISME, Tehran, Iran, 2019.
- [13] E. Stein, R. De Borst, T.J. Hughes, Encyclopedia of computational mechanics, (2004).
- [14] A. Comsol, Structural mechanics module user's guide, COMSOL Multiphysics (TM) v, 2012) 5).
- [15] R.D. Cook, Concepts and applications of finite element analysis, John wiley & sons, 2007.
- [16] N. Abolfathi, A. Naik, M. Sotudeh, G. Karami, M. Ziejewski, Diffuse axonal injury and degradation in mechanical characteristics of brain white matter, in: Summer Bioengineering Conference, American Society of Mechanical Engineers, 2008, pp. 230-229.
- [17] D. Bray, M.B. Bunge, Serial analysis of microtubules in cultured rat sensory axons, *Journal of neurocytology*, 605-589 (1981) (4)10.
- [18] T.D. Pollard, J.A. Cooper, Actin, a central player in cell shape and movement, *science*, -1208 (2009) (5957)326 1212.
- [19] P.C. Wong, J. Marszalek, T.O. Crawford, Z. Xu, S.-T. Hsieh, J.W. Griffin, D.W. Cleveland, Increasing neurofilament

به این پرسش باید گفت که پروتئین‌های حساس به محرك مکانیکی، نیروهای مکانیکی خارج سلولی را به اسکلت سلولی و کانال‌های یونی منتقل می‌کنند و باعث تغییر رفتار سلول عصبی می‌شوند. در این تحقیق تا حد زیادی سعی شد که اجزای ساختاری آکسون مانند میکروتوبول، نوروفیلامان و آکسولما وارد شوند. با تقریب‌های خوبی مدل مناسبی که رفتار واقعی آکسون را تا حد زیادی شبیه‌سازی می‌کند، به دست آمد. نکته‌ی قابل ملاحظه در این شبیه‌سازی، بررسی میکروتوبول‌های داخلی آکسون به صورت یک استوانه‌ی یکنواخت با خواص متناسب با میکروتوبول‌های واقعی بود. نتایج حاصل از این تحقیق می‌تواند دریچه‌ی جدیدی در طراحی مهندسی آزمایش‌های سلولی مبتنی بر اصول مکانوبیولوژی بگشاید.

تشکر و قدردانی

این تحقیق با کمک ستاد توسعه علوم و فناوری‌های شناختی انجام شده است. مراتب تشکر و قدردانی را از حمایت‌های این ستاد داریم.

مراجع

- [1] M.A. Hemphill, S. Dauth, C.J. Yu, B.E. Dabiri, K.K. Parker, Traumatic brain injury and the neuronal microenvironment: a potential role for neuropathological mechanotransduction, *Neuron*, 1192-1177 (2015) (6)85.
- [2] A. Goriely, S. Budday, E. Kuhl, Neuromechanics: from neurons to brain, *Advances in Applied Mechanics*, 48 139-79 (2015).
- [3] D.C. Van Essen, A tension-based theory of morphogenesis and compact wiring in the central nervous system, *Nature*, 318-313 (1997) (6614)385.
- [4] A. Holbourn, Mechanics of head injuries, *The Lancet*, 441-438 (1943) (6267)242.
- [5] A. Jérusalem, M. Dao, Continuum modeling of a neuronal cell under blast loading, *Acta biomaterialia*, (2012) (9)8 3371-3360.
- [6] A. Montanino, S. Kleiven, Utilizing a structural mechanics approach to assess the primary effects of injury loads onto the axon and its components, *Frontiers in neurology*, 9

- 891-880 (2019) (5)117.
- [23] D.F. Meaney, Relationship between structural modeling and hyperelastic material behavior: application to CNS white matter, *Biomechanics and modeling in mechanobiology*, 293-279 (2003) (4)1.
- [24] S. GhazaviKhorasgani, B. Vahidi, Mechanical effect on Neuron electrical signal, in: 24 2017th National and 2nd International Iranian Conference on Biomedical Engineering (ICBME), IEEE, pp. 6-1.
- [25] D. Kilinc, G. Gallo, K.A. Barbee, Mechanically-induced membrane poration causes axonal beading and localized cytoskeletal damage, *Experimental neurology*, (2)212 430-422 (2008).
- subunit NF-M expression reduces axonal NF-H, inhibits radial growth, and results in neurofilamentous accumulation in motor neurons, *The Journal of cell biology*, 1422-1413 (1995) (6)130.
- [20] C. Leterrier, P. Dubey, S. Roy, The nano-architecture of the axonal cytoskeleton, *Nature Reviews Neuroscience*, 726-713 (2017) (12)18.
- [21] D.L. Logan, A first course in the finite element method, Cengage Learning, 2016.
- [22] A. Datar, J. Ameeramja, A. Bhat, R. Srivastava, A. Mishra, R. Bernal, J. Prost, A. Callan-Jones, P.A. Pullarkat, The roles of microtubules and membrane tension in axonal beading, retraction, and atrophy, *Biophysical journal*,

چگونه به این مقاله ارجاع دهیم

D. ghasimi, B. Vahidi, Y. Amiri, *Fluid-Structure Interactions Analysis of Tension in An Axon Using Finite Elements Modeling to Investigate Strain Related Neurological Damages*, *Amirkabir J. Mech Eng.*, 53(8) (2021) 4609-4632.

DOI: [10.22060/mej.2021.17476.6734](https://doi.org/10.22060/mej.2021.17476.6734)

