

تهیه پودر ماتریکس خارج سلولی از بافت چربی جهت مهندسی بافت

چکیده

آنلاین: ۱۳۹۳/۰۶/۲۰ دریافت: ۱۳۹۲/۱۱/۲۱ پذیرش: ۱۳۹۳/۰۴/۲۲

زمینه و هدف: به تازگی داربست‌های تهیه شده از بافت‌های زنده، به عنوان بستر رشد و تکثیر سلول بنیادی مورد توجه رشته پزشکی ترمیمی و مهندسی بافت قرار گرفته‌اند. مواد زیستی طبیعی به روشنی نیاز دارند تا آنها را از تجزیه حفظ کرده، این‌زایی را کاهش داده و بافت را استریلیزه کنند. هدف این مطالعه تهیه داربست از بافت چربی انسانی و بررسی ساختار پروتئینی پودر سلول‌زدایی شده حاصل از آن است.

رووش بررسی: این مطالعه از نوع تولید مواد و بررسی تحلیلی روش‌ها است. بافت چربی مورد نیاز از مواد زاید حاصل جراحی لیپوساکشن و با کسب رضایت شفاهی بیماران تامین گردید. جراحی زیبایی مربوط به نواحی پهلو و شکم خانم‌های در رده سنی ۳۸–۴۲ ساله در یک کلینیک خصوصی طی زمستان ۱۳۹۱ تا بهار ۱۳۹۲ انجام شد. جهت تهیه داربست مناسب، سلول‌زدایی بافت چربی انسان با استفاده از روش‌های فیزیکی، شیمیایی و هضم آنزیمی انجام گردید. نمونه داربست حاصله تحت بررسی میکروسکوپ الکترونی و بررسی تحلیلی توسط ژل الکتروفورزیس با تکنیک (Blue-Native) و بیان ژن‌های لا مینین، فیرونکتین، کلاژن تیپ ۱، دسمین، اکتین، ایتگرین، به روش (RT-PCR) Real Time-Polymerase Chain Reaction (RT-PCR) قرار گرفت.

یافته‌ها: تقریباً از هر ۲۰۰ ml بافت چربی ۱۰ mg ماتریکس به دست آمد. فقدان سلول و ماهیت پروتئینی (به‌طور عمده کلاژن نوع یک و چهار، فیرونکتین و لا مینین) پودر ماتریکس حاصله، با رنگ آمیزی ایمینو-هیستوژنی، بررسی ژنتیک و کروماتوگرافی تایید شد. مشاهدات میکروسکوپ الکترونی خصوصیات ساختمانی سه بعدی مناسب داربست از جمله مشخصه متخلخل نمونه‌ها را مشخص نمود.

نتیجه‌گیری: ارزیابی تحلیلی و مقایسه‌ای بیان پروتئین‌های اختصاصی نشان داد که پودر ماتریکس تهیه شده از بافت چربی در این مطالعه علی‌رغم به کارگیری روش‌های هضم آنزیمی غنی از ترکیبات کلاژن و دارای توانایی عملکرد ترمیمی و ساختاری است و به ویژه می‌تواند فرصت جدیدی برای پیشرفت روش‌های ترمیم بافت نرم ایجاد کند.

کلمات کلیدی: بافت چربی، سلول‌زدایی، داربست طبیعی، مهندسی بافت.

صنمبر صدیقی^{۱*}، امیر حسین توکلی^۲
نیر داداش پور^۳، کاظم حسینی^۴

- ۱- گروه داخلی، فوق تخصص خون و انکولوژی، مرکز تحقیقات سلطان، دانشگاه علوم پزشکی تهران، تهران، ایران.
- ۲- گروه روانپردازی، مرکز تحقیقات و بانک فراآورده‌های پیوندی، دانشگاه علوم پزشکی تهران، تهران، ایران.
- ۳- گروه زیست‌شناسی مولکولی، دانشگاه علوم و تحقیقات آزاد اسلامی تهران، تهران، ایران.
- ۴- مرکز تحقیقات و بانک فراآورده‌های پیوندی، مجتمع بیمارستانی امام خمینی (ره)، تهران، ایران.

*نویسنده مسئول: تهران، خیابان استاد قریب، مجتمع بیمارستانی امام خمینی (ره)، انتستیو کانسر، بخش مدیکال انکولوژی
تلفن: ۰۲۱-۶۱۱۹۲۷۶۳
E-mail: ssadighi@tums.ac.ir

مقدمه

است.^۱ اگرچه پیوند بافت چربی خام از نظر سازگاری نسجی، پاسخ ایمنی و عدم رد پیوند مورد توجه می‌باشد، اما همیشه موفقیت آمیز نبوده و احتمال بازجذب تدریجی در طول زمان، تشکیل کیست و نکروز موضعی موجب نیاز به تزریقات مکرر برای رسیدن به نتیجه مطلوب می‌گردد.^۲ از طرفی پیوند چربی خام به دلیل نارسانی

یکی از بزرگ‌ترین مشکلات پیوند اندام، کمبود بافت یا اندام دهنده است.^۳ آنچه در این روند مورد نیاز است، فراهم‌سازی تسهیلات یا تکنیکی جهت القای ترمیم و بازسازی بافت آسیب دیده

بیمار از نواحی پهلو و شکم بیماران در رده سنی ۴۲-۳۸ ساله که بنا به نظر جراح متخصص و نه انجام طرح مذکور، در کلینیک مرکز زیبایی تحت عمل جراحی لیپوساکشن قرار گرفته بودند و با کسب رضایت شخصی شفاهی از بیماران تهیه کردیم.

لیپوساکشن: عمل جراحی شامل خارج کردن چربی زیرپوستی با استفاده از کانولای متصل به پمپ تخلیه کننده است. کانولا میله کوچک حاوی سوراخ‌های فراوان است که از طریق برش‌های کوچک ۵-۶ میلیمتری وارد فضای زیرپوست می‌شود. در این روش، رگ‌های خونی و عصب رسانی به پوست محل عمل حفظ می‌شود. با کاهش حجم چربی، پوست رویی به مرور زمان به قسمت عضلانی زیرین نزدیک‌تر شده و در نهایت منجر به اصلاح حجم آن قسمت می‌شود. انتقال نمونه چربی به آزمایشگاه: برداشت ml ۳۰۰-۲۵۰ بافت چربی توسط جراح، در اتاق عمل و تحت شرایط کاملاً استریل انجام گرفت. نمونه چربی داخل کیسه استریل حاوی سرم فیزیولوژی (محلول رینگر) قرارداده شد، به‌طوری که سرم تمام سطح بافت چربی را پوشاند و بافت چربی در آن شناور گردید و در یک فلاسک حاوی یخ، در حدائق زمان (کمتر از چهار ساعت) به آزمایشگاه منتقل گردید. برای فرآوری ماتریکس از بافت چربی، ما از سه روش تیمار فیزیکی، مکانیکی و شیمیایی استفاده کردیم. بدین منظور برای تیمار روش فریز- دفریز (دمای -۸۰ و -۳۷ درجه سانتی‌گراد) به کار برده شد و پس از چهار نوبت، ۵-۶ بار شستشوی نمونه انجام شد تا مایع زیرین بافت چربی شفاف گردد.

تیمار شیمیایی: به منظور تیمار شیمیایی از هضم آنزیمی تریپسین و تریتون X-100-100 استفاده گردید.^{۸,۹} قبل از شروع هضم آنزیمی نمونه چربی را چند بار ماساژ دستی دادیم تا بافت به صورت یکنواخت‌تر و همگن‌تر در بیاید. بعد لوله‌های فالکون حاوی نمونه دوباره سانتریفیوژ شدند و روغن و دربی‌ها دور ریخته شد. در این مرحله بافت سفید رنگ ته نشین شده در قسمت تحتانی لوله‌ها قابل مشاهده بود. به منظور حذف اتانول و استیک اسید نمونه‌ها سانتریفیوژ شده و محلول رویی دور ریخته شد. ولی بافت سفید تحتانی همچنان Phosphate Buffered Saline (PBS) انجام گرفت. سپس بر روی بافت سفید داخل لوله فالکون، N-پروپانول ۱۰۰٪ ریخته شد. لوله‌های حاوی نمونه به مدت ۲۴-۴۸ ساعت در دستگاه freeze-drying (Alpha 1-4, Martin

عروق‌زایی مجدد، بازده نامطلوبی دارد.^۲ امروزه با توجه به تعداد کم اهدادنده‌گان بافت و آلودگی‌های ویروسی آن، سعی در مهندسی بافت به کمک داربست‌های گوناگون اعم از صنایی و یا طبیعی شده است. داربست‌های مصنوعی نقش‌هایی از جمله خاصیت آب دوستی کم و عدم توانایی کترول چسبندگی سلول‌ها دارند و با ایجاد واکنش جسم خارجی، سازگاری کمتری به بافت میزان نشان می‌دهند.^۱ بنابراین یکی از اهداف تکنولوژی مواد بیولوژیک استفاده از ماتریکس خارج سلولی موجود زنده به عنوان داربست طبیعی است. ماتریکس خارج سلولی در ترمیم نسوج صدمه دیده و یا تخریب شده نقش حمایت کننده دارد و تشکیل بافت اسکار را به حداقل می‌رساند و با رهاسازی فاکتورهای رشد و پیتیدهای بیواکتیو جلب کننده سلول‌های بنیادی، به روند ترمیم بافت کمک می‌کند.^۳ از جمله علل ارجحیت این تکنیک فقدان ایمونوژنیسیته، فقدان عوارض جانبی ناشی از گرافت مصنوعی و امکان استفاده از سلول‌های خود فرد بیمار است.^۳

داربست تهیه شده از بافت چربی خود بیمار می‌تواند روش جدیدی در ترمیم نفایص بافت نرم، نه فقط از نظر جراحی زیبایی مانند کاشت سینه، بلکه برای بازسازی بافت‌های از دست‌رفته که در نتیجه برداشت تومور، سوختگی‌های شدید و نفایص ارشی و مادرزادی ایجاد شده‌اند ارایه کند.^۴

بافت چربی یکی از فراوان‌ترین و در دسترس‌ترین بافت‌ها در بدن می‌باشد و به دلیل داشتن مقادیر زیاد سلول بنیادی در مقایسه با مغز استخوان و همچنین دسترسی آسان به حجم بزرگی از چربی طی روند لیپوساکشن، منبع مناسبی را برای جداسازی سلول‌های بنیادی و تهیه داربست طبیعی فراهم کرده است.^{۵,۶} با توجه به نکات گفته شده این پژوهش بر آن است تا با تهیه داربست طبیعی از نمونه چربی انسان و بررسی دقیق خصوصیات ساختاری و ترکیب پروتئینی آن، راهکار مناسبی جهت رفع بخشی از کاسته‌های موجود در زمینه مهندسی بافت و پزشکی ترمیمی ارایه نماید.

روش بررسی

روش تهیه پودر ماتریکس خارج سلولی از بافت چربی انسانی به عنوان داربست طبیعی جمع‌آوری نمونه چربی: در طی زمستان ۱۳۹۱ تا بهار ۱۳۹۲ برای انجام این پژوهش نمونه بافت چربی سه

چربی، در نهایت بافت سفید رنگ ژله مانندی به دست آمد که به عنوان ماتریکس خارج سلولی بافت چربی نام‌گذاری شد و پس از قرار گرفتن در دستگاه Freezing-drying به صورت پودر قابل تزریق درآمد. در بررسی ساختار پودر Extracellular Matrix (ECM) چربی توسط SEM شکل ۱، پودر ECM بافت چربی انسانی دارای هر دو عماری سطحی زیر (ناهموار) (بخش الف) و صاف (بخش ب) بود. عماری زیر می‌تواند بیانگر غشاء پایه و ساختار عروقی باشد. نتایج رنگ‌آمیزی هماتوکسیلین-اوزین ماتریکس چربی سلول‌زدایی شده (شکل ۲) نشانگر فقدان اجزای هسته در داربست تهیه شده در این مطالعه بود.

نتیجه رنگ‌آمیزی ایمینو‌هیستوشیمی برای پروتئین کلاژن نوع IV و لامینین نشان داد که این پروتئین‌ها در ماتریکس تهیه شده از بافت چربی حفظ شده است و رنگ‌پذیری مثبت است. جهت بررسی بیان ژنی کمپلکس پروتئینی از پرایمرهای اختصاصی کیت Fermentas، RT-PCR Burlington, Ontario, Canada ماتریکس چربی در مقایسه با ترکیب موجود در سلول‌های بنیادی بافت چربی در نمودار ۱ مشاهده شد.

سلول‌های بنیادی بافت چربی: متشکل از سلول‌های کشت یافته بر سطح پلیت کشت سلول در شرایط In-Vitro، این سلول‌ها از نظر CD105، CD73 و بیان منفی نظیر CD34، CD45 ارزیابی شده و مورد تایید قرار گرفتند.^{۱۴}

Christ, Osterode, Germany) جهت لیوفلیزیشن قرار گرفتند. در نهایت ماتریکس چربی آماده شده به صورت پودر سفید رنگی تهیه گردید.

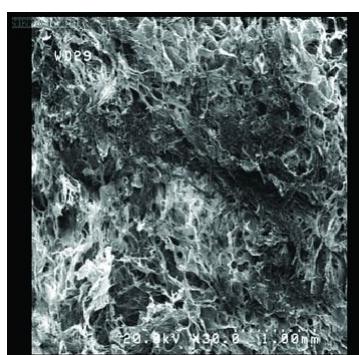
بررسی‌های میکروسکوپ الکترونی نگاره: بررسی خصوصیات سطحی و ساختاری پودر ماتریکس آماده شده، به وسیله میکروسکوپ الکترونی نگاره Scanning Electron Microscope (SEM) انجام گرفت. بدین منظور برش‌های نازکی از نمونه تهیه گردید. بعد از سایه‌اندازی نمونه با ذرات طلا توسط دستگاه کوتر، با ولتاژ شتاب دهنده ۲۰ KV عکس‌برداری انجام شد.^{۱۵}

بررسی‌های بافت‌شناسی ماتریکس چربی سلول‌زدایی شده انسانی توسط رنگ‌آمیزی هماتوکسیلین-اوزین (H&E) و بررسی‌های ایمنوهیستوشیمی ماتریکس چربی سلول‌زدایی شده چربی انجام گردید. ما در این پژوهش از اشعه گاما برای استریل کردن پودر ماتریکس مشتق از چربی استفاده کردیم. در مرحله بعد بررسی پروتومیک داربست تهیه شده توسط ژل کروماتوگرافی (روش Blue-Real-time Polymerase Chain و بیان ژنی به روش native ۱۱-۱۳ آنتی‌بادی‌ها همگی از Reaction (RT-PCR) انجام گردید.

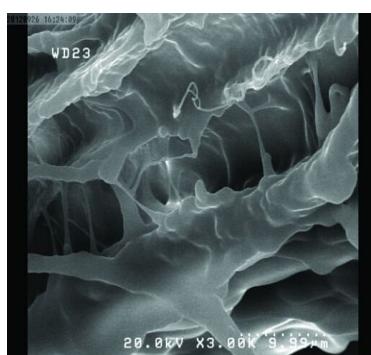
Abcam plc., Cambridge, MA, USA فراهم شدند.

یافته‌ها

پس از تیمار فیزیکی، مکانیکی و شیمیایی نمونه اولیه بافت

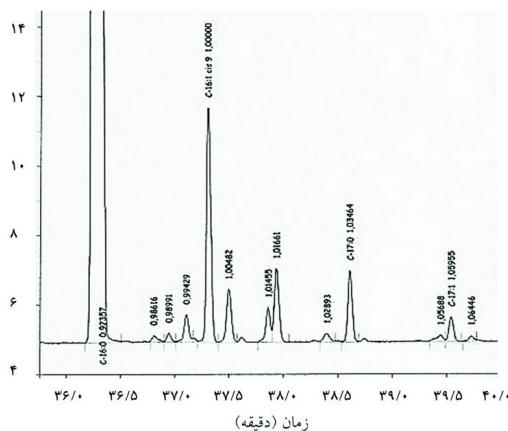


ب

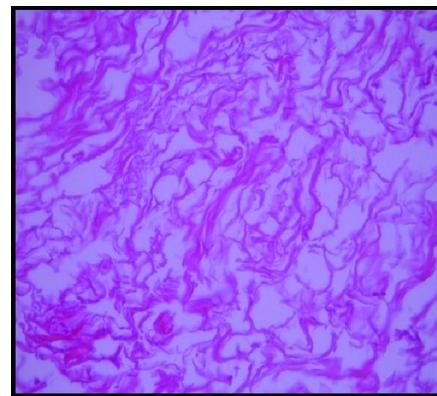


الف

شکل ۱: پودر ECM بافت چربی انسانی دارای هر دو عماری سطحی زیر (ناهموار) (بخش الف) و صاف (بخش ب)



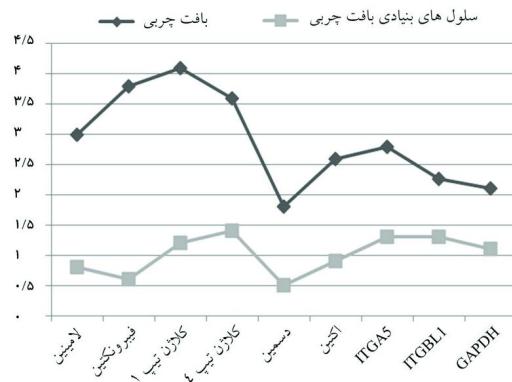
نمودار ۲: آزمایش Gas chromatography ECM را بر روی نشان می‌دهد.
برگترین پیک: C-16:0 097357 مربوط به کلازن تایپ ۱ می‌باشد



شکل ۲: رنگ‌آمیزی هماتوکسیلین-ائوزین پودر ماتریکس بافت چربی انسان در بزرگ‌نمایی ۱۰۰ میکروسکوپ نوری: در این روش هسته به دلیل خاصیت اسیدی، رنگ بازی هماتوکسیلین را پذیرفته و به رنگ بنفش در می‌آید و سیتوپلاسم به علت خاصیت بازی، رنگ اسیدی ائوزین را به خود گرفته و قرمز رنگ می‌شود.

مقدماتی توسط Baharara و Mahdavishahr بر روی بافت لثه و مثانه بود.^{۱۷} در جستجوی مراجع بین‌المللی اطلاعات محدودی در مورد تهیه داربست از بافت چربی به دست آوردیم. ما در ابتدا بر اساس بعضی پروتکلهای موجود از روش غیرآنژیمی برای فراوری بافت همبندی لیپوآسپیره استفاده کردیم.^{۱۹} این روش جهت استخراج سلول همبندی چربی موفقیت‌آمیز بود.^{۱۴} ولی روش مناسبی برای جداکردن بافت چربی و تهیه داربست نبود. در نتیجه در مطالعه حاضر داربست طبیعی از نمونه بافت چربی حاصل از لیپوساکشن با استفاده از روش سلول‌زدایی، ابتدا آسلولار گشته و پودر ماتریکس خارج سلولی حاصل مورد بررسی ساختاری و تحلیل محتوای پروتئینی قرار گرفته است.

بهینه‌سازی پروتکلهای سلول‌زدایی نیازمند برقراری تعادل بین کاهش آنتی‌ژنیتیه و حفظ ساختار ECM است. روش‌های مختلف سلول‌زدایی به طور گسترده‌ای مورد بررسی قرار گرفته‌اند که شامل تیمارهای فیزیکی، شیمیایی آنژیمی می‌باشد.^{۲۰} به کارگیری هر کدام از این تیمارها به تنها برای سلول‌زدایی کامل کافی نیستند. بنابراین به منظور افزایش کیفیت سلول‌زدایی، کاهش اینمی‌زایی ECM و استریلیزه کردن بافت پروتکل سلول‌زدایی باید ترکیبی از هر سه روش باشد.^۱ در این مطالعه نیز از هر سه روش فیزیکی، شیمیایی و آنژیمی استفاده کردیم.



نمودار ۱: مقایسه ترکیب پروتئینی داربست بافت چربی با سلول‌های بنیادی به روش RT-PCR به طور مشخص بیان ژنی پروتئین‌های کلازن تایپ یک، فیبرونکتین و لامینین در نمونه داربست این مطالعه حدود سه برابر بیش از سلول بنیادی بود.

بحث

به تازگی واژه ماتریکس بیولوژیک، جایگاه مهمی را در پژوهش‌های زیست‌شناسی و پزشکی کسب نموده است. بررسی و امکان به کارگیری مواد موجود در ماتریکس خارج سلولی با عنوان داربست‌های طبیعی در تحقیقات مهندسی بافت، یکی از اهداف این گونه مطالعات می‌باشد.^{۱۵}^{۱۶} در بررسی مراجع فارسی بیشتر مطالعات

فعال خود را حفظ می‌کند. مطالعات نشان داده است که کاربرد تریتون 100-X در حذف سلول از بافت دارای نتایج متفاوتی است و به طور عمده به نوع بافت مورد استفاده برای تهیه داربست بستگی دارد. طی مطالعه انجام گرفته توسط Brown و همکارانش، سه روش سلول‌زدایی برای جداسازی ECM از بافت چربی مورد بررسی قرار گرفت.^{۲۰} در روش اول از تریتون 100-X، در روش دوم از آنزیم لپیاز سلول‌زدایی، در روش سوم از سدیم دو دسیل سولفات (SDS) و دثوكسی کولات استفاده شد. مقایسه نتایج حاصل از هر سه روش از نظر سلول‌زدایی، توانایی حفظ ساختار و عملکرد ترکیبات ECM، رشد و تمایز سلول‌های بنیادی مشتق از بافت چربی کشت شده بر روی آنها به سلول چربی ثابت کرد که فقط در ECM حاصل از تیمار با تریتون 100-X اکثر ترکیبات لپیدی حذف شده بودند و ECM به دست آمده داربست موثری را برای مهندسی بافت و پژوهشی ترمیمی ارایه می‌کند.

در مطالعه حاضر نتایج بررسی هیستولوژیک داربست تهیه شده از بافت چربی انسان با روش رنگ‌آمیزی هماتوکسیلین-ائوزین نشان می‌دهد که داربست حاصله به طور کامل فاقد سلول شده است. همچنین به جهت این که سلول‌های بافت چربی نسبت به مارکر S-100 و ویمتین مثبت هستند، نتایج ایمنو‌هیستوشیمی نیز حاکی از عدم حضور این مارکرها در داربست تهیه شده از بافت چربی انسان بود. که نشان دهنده عدم حضور سلول در داربست تهیه شده می‌باشد. به هر حال عوامل شیمیابی و آنزیمی ممکن است با ترکیبات ECM تعامل داشته و ترکیب ساختار طبیعی ECM را تغییر دهد.^{۲۱} در ECM این مطالعه نتایج بررسی ساختار سطحی و معماری سه بعدی چربی توسط میکروسکوپ الکترونی نشان داد بافت چربی در تیمار با تریتون 100-X و تیمار آنزیمی معماری سه بعدی خود را همچنان حفظ کرده بود.

همچنین نتایج بررسی تحلیلی ترکیب پروتئینی توسط ژل کروماتوگرافی و بیان ژنی ماتریکس تولیدی مشخص نمود که ترکیبات اصلی داربست خارج سلولی مانند کلاژن یک و چهار و لامینین به خوبی حفظ شده است. ترکیب اصلی ECM چربی کلاژن است، که طی روند سلول‌زدایی مورد استفاده در این مطالعه توالی آمینواسیدی فیریل‌های خود را در حفظ نموده است. داربست مشتق از بافت چربی انسان که در این مطالعه تهیه شده است، پتانسیل

فریز- دفریز به طور موثری سلول‌های داخل بافت و اندام را از بین می‌برد در حالی که ترکیبات بین سلولی و غشاء باقی می‌ماند مگر اینکه به وسیله فرآیندهای بعدی حذف شود. تنها یک سیکل فریز- دفریز می‌تواند پاسخ‌های ایمنی نامطلوب نظیر نفوذ لکوسیتی را در داربست‌های ECM عروقی کاهش دهد.^{۲۲}

ممکن است چندین سیکل فریز- دفریز در طول سلول‌زدایی بافت استفاده گردد، بدون آنکه کاهش چشمگیری در پروتئین‌های ECM بافت هدف به وجود آید.^{۲۳} در این مطالعه ابتدا نمونه‌ها در فریزر $^{\circ}\text{C}$ - قرار گرفتند. استدلال این کار این بود که بیشتر حجم سلول‌ها از آب تشکیل شده است، با تشکیل بزرگترین کریستال‌های بین در این دما، غشاء سلول‌ها (چه غشاء سیتوپلاسمی و چه غشاء‌های داخلی) بر اثر ایجاد کریستال‌های حجیم یخ می‌ترکد. بنابراین می‌توان انتظار داشت که تمامی سلول‌ها با قرار گرفتن متناوب در این دما دچار تغییر و تخریب در غشاهاشان می‌شوند. سپس با قرار دادن نمونه‌ها در تانک ازت، باعث تخریب هر چه بیشتر غشاء‌ها و خارج شدن محتويات اندامک‌های سلولی و همچنین آسیب به پروتئین‌های سلولی می‌گردد. البته به دلیل ساختار فیبری و محکم پروتئین‌های ECM می‌توان انتظار داشت که تاثیر این تغییرات دمایی روی ECM بسیار ناچیز باشد.^{۲۴}

به هر حال به علت ویژگی چسبندگی ECM و تمايل ترکیبات سلولی برای چسبیدن به پروتئین‌های ECM به غیر از روش‌های فیزیکی و مکانیکی، عوامل شیمیابی و آنزیمی قوی به منظور تسهیل حذف باقیمانده‌های سلولی ضروری است.

به منظور لپیدزادایی دترجمت‌های غیریونی مانند تریتون 100-X موثرتر از دترجمت‌های یونی نظیر دثوكسی کولات هستند. از این رو برای تهیه داربست ECM بافت چربی انسانی از دترجمت تریتون 100 استفاده کردیم. این دترجمت توسط سایر پژوهشگران نیز در تهیه داربست‌های طبیعی از بافت‌هایی نظیر دریچه‌های قلب^{۲۵}^{۲۶} برای اهداف مهندسی بافت مورد استفاده قرار گرفته است.

در بررسی عملکرد این دترجمت مهم در تهیه داربست‌های طبیعی مشخص شده است که اثرات به نسبت ملایم بر روی ساختار بافت داشته و ضمن اینکه برهم کنش‌های لپید- لپید و پروتئین- لپید را تخریب کرده تاثیری روی برهم کنش پروتئین- پروتئین نداشته و به نحوی که پروتئین‌های داخل بافت پس از تیمار با این دترجمت شکل

عملکرد طبیعی بافت، به وسیله بازگرداندن زیبایی عضو سبب کاهش اضطراب و احساسات منفی روانی بیماران مبتلا به ناهنجاری بافت نرم می‌شوند.^۲

به نظر می‌رسد که پودر ECM چربی تهیه شده در این مطالعه مناسب برای طرح‌های بعدی در زمینه مهندسی بافت و پزشکی ترمیمی است و به ویژه می‌تواند فرصت جدیدی برای پیشرفت روش‌های ترمیم بافت نرم ایجاد کند.

سپاسکزاری: این مقاله حاصل طرح پژوهشی با عنوان "بررسی ترکیب پروتئینی ماتریکس آسلولار بافت چربی انسانی با به کارگیری روش‌های آنژیمی" با کد ۹۲-۰۲-۵۲-۲۳۴۴۶ است و با حمایت معاونت پژوهشی دانشگاه علوم پزشکی تهران انجام گردیده است.

جدیدی برای حل بسیاری از چالش‌های کلینیکی درمان بیماران دچار نفایض بافت نرم مادرزادی یا اکتسابی (کاهش چربی زیرپوستی در نتیجه عمل جراحی یا ضربه، برداشت تومور) و بیماران کاندید جراحی پلاستیک و ترمیمی فراهم می‌کند.

این گروه سهم زیادی از هزینه‌های درمانی را در دنیا به خود اختصاص می‌دهند. بنابر گزارش جامعه جراحی پلاستیک آمریکا در سال ۲۰۰۸ نزدیک به پنج میلیون جراحی ترمیمی توسط جامعه جراحان پلاستیک آمریکا گزارش شد که تقریباً ۷۵٪ آنها در نتیجه برداشت تومور ایجاد شده بودند. این داده‌ها اشاره به نیاز بسیار زیاد برای گرفته‌های بافت چربی قابل پیوند با عملکرد بیولوژیکی ایده‌آل برای بازسازی نقص دارد. این نوع بافت‌های پیوندی علاوه بر احیای

References

1. Hashemi ZS, Soleimani M. Tissue engineering scaffolds: History, types and construction methods. *J Iranian Anat Sci* 2011;9(35):145-68.
2. Katz AJ, Llull R, Hedrick MH, Futrell JW. Emerging approaches to the tissue engineering of fat. *Clin Plast Surg* 1999;26(4):587-603, viii.
3. Crapo PM, Tottey S, Slivka PF, Badylak SF. Effects of biologic scaffolds on human stem cells and implications for CNS tissue engineering. *Tissue Eng Part A* 2014;20(1-2):313-23.
4. Badylak SF, Freytes DO, Gilbert TW. Extracellular matrix as a biological scaffold material: Structure and function. *Acta Biomater* 2009;5(1):1-13.
5. Cornwell KG, Landsman A, James KS. Extracellular matrix biomaterials for soft tissue repair. *Clin Podiatr Med Surg* 2009;26(4):507-23.
6. Hudson TW, Liu SY, Schmidt CE. Engineering an improved acellular nerve graft via optimized chemical processing. *Tissue Eng* 2004;10(9-10):1346-58.
7. Brown BN, Freund JM, Han L, Rubin JP, Reing JE, Jeffries EM, et al. Comparison of three methods for the derivation of a biologic scaffold composed of adipose tissue extracellular matrix. *Tissue Eng Part C Methods* 2011;17(4):411-21.
8. Cornwell KG, Landsman A, James KS. Extracellular matrix biomaterials for soft tissue repair. *Clin Podiatr Med Surg* 2009;26(4):507-23.
9. Chan BP, Leong KW. Scaffolding in tissue engineering: general approaches and tissue-specific considerations. *Eur Spine J* 2008;17 Suppl 4:467-79.
10. Choi JS, Yang HJ, Kim BS, Kim JD, Lee SH, Lee EK, et al. Fabrication of porous extracellular matrix scaffolds from human adipose tissue. *Tissue Eng Part C Methods* 2010;16(3):387-96.
11. Schingger H. Blue native electrophoresis. In: Hunte C, von Jagow G, Schingger H, editors. Membrane Protein Purification and Crystallization: A Practical Guide. San Diego, CA: Academic Press; 2003. p. 5105-30.
12. Claeys D, Geering K, Meyer BJ. Two-dimensional Blue Native/sodium dodecyl sulfate gel electrophoresis for analysis of multimeric proteins in platelets. *Electrophoresis* 2005;26(6): 1189-99.
13. Singelyn JM, Sundaramurthy P, Johnson TD, Schup-Magoffin PJ, Hu DP, Faulk DM, et al. Catheter-deliverable hydrogel derived from decellularized ventricular extracellular matrix increases endogenous cardiomyocytes and preserves cardiac function post-myocardial infarction. *J Am Coll Cardiol* 2012;59(8):751-63.
14. Sadighi S, Khoshzban A, Tavakoli A, Khatib Semnani R, Sobhani Z, Dadashpur Majidabad N. Isolation, amplification and identification of mesenchymal stem cells derived from human adipose tissue. *Tehran Univ Med J* 2014;72(1):27-32.
15. Seif-Naraghi SB, Salvatore MA, Schup-Magoffin PJ, Hu DP, Christman KL. Design and characterization of an injectable pericardial matrix gel: a potentially autologous scaffold for cardiac tissue engineering. *Tissue Eng Part A* 2010;16(6):2017-27.
16. Gilbert TW, Stoltz DB, Biancaniello F, Simmons-Byrd A, Badylak SF. Production and characterization of ECM powder: implications for tissue engineering applications. *Biomaterials* 2005;26(12):1431-5.
17. Baharara J, Mahdavishahr N, Saghiri N, Rasti H. Histological comparison of blastoma and acellular matrix of bladder: an invitro study. *J Zaheden Med Res* 2010;1:1-7. [Persian]
18. Gheravi M, Mahdavishahr N, Baharara J. Study of one case of acellular human hard palate: Primary research. *Cell Tissue J* 2011;116:102-7. [Persian]
19. Choi JS, Yang HJ, Kim BS, Kim JD, Kim JY, Yoo B, et al. Human extracellular matrix (ECM) powders for injectable cell delivery and adipose tissue engineering. *J Control Release* 2009;139(1):2-7.
20. Brown BN, Freund JM, Han L, Rubin JP, Reing JE, Jeffries EM, et al. Comparison of three methods for the derivation of a biologic scaffold composed of adipose tissue extracellular matrix. *Tissue Eng Part C Methods* 2011;17(4):411-21.
21. Badylak SF, Park K, Peppas N, McCabe G, Yoder M. Marrow-derived cells populate scaffolds composed of xenogeneic extracellular matrix. *Exp Hematol* 2001;29(11):1310-8.
22. Omae H, Zhao C, Sun YL, An KN, Amadio PC. Multilayer tendon slices seeded with bone marrow stromal cells: a novel composite for tendon engineering. *J Orthop Res* 2009;27(7):937-42.

23. Gurkan UA, Cheng X, Kishore V, Uquillas JA, Akkus O. Comparison of morphology, orientation, and migration of tendon derived fibroblasts and bone marrow stromal cells on electro-chemically aligned collagen constructs. *J Biomed Mater Res A* 2010;94(4):1070-9.
24. Woods T, Gratzer PF. Effectiveness of three extraction techniques in the development of a decellularized bone-anterior cruciate ligament-bone graft. *Biomaterials* 2005;26(35):7339-49.
25. Liu GF, He ZJ, Yang DP, Han XF, Guo TF, Hao CG, et al. Decellularized aorta of fetal pigs as a potential scaffold for small diameter tissue engineered vascular graft. *Chin Med J (Engl)* 2008;121(15):1398-406.
26. Wainwright JM, Czajka CA, Patel UB, Freytes DO, Tobita K, Gilbert TW, et al. Preparation of cardiac extracellular matrix from an intact porcine heart. *Tissue Eng Part C Methods* 2010;16(3):525-32.
27. Akhyari P, Kamiya H, Haverich A, Karck M, Lichtenberg A. Myocardial tissue engineering: the extracellular matrix. *Eur J Cardiothorac Surg* 2008;34(2):229-41.

Production of extracellular matrix powder for tissue engineering

Sanambar Sadighi M.D.^{1*}
Amir Hosien Tavacoli M.D.²
Nayer Dadash poor M.A.³
Kazem Hosieny M.Sc.⁴

1- Department of Internal Medicine,
Cancer Research Center, Tehran
University of Medical Sciences, Te-
hran, Iran.

2- Department of Psychiatric, Tis-
sue Bank And Research Center, Te-
hran University of Medical Sci-
ences, Tehran, Iran.

3- Department of Molecular Biol-
ogy, Tehran Azad University of Re-
search and Sciences, Tehran, Iran.

4- Researcher of Tissue Bank Re-
search Center, Tehran, Iran.

Abstract

Received: 10 Feb. 2014 Accepted: 13 Jul. 2014 Available online: 11 Sep. 2014

Background: With the aim of regenerating healthy tissues, different tissue engineering strategies pointed to extracellular matrix (ECM)-based scaffolds in tissue engineering and regenerative medicine and wound healing. It is a multidisciplinary science works to create biocompatible scaffolds with perfect physical parameters, mechanical integrity and high porosity to promote cell growth, migration and angiogenesis. With the increased incidence of obesity, subcutaneous adipose tissue is abundant and readily accessible. Liposuction surgeries yield from 100 mL to 3 L of lipoaspirate tissue. We present our prepared acellular ECM powders derived from human adipose tissue obtained from lipoaspirate, which contains large amounts of collagen suitable for induction of adipogenesis.

Methods: The study had been carried out from December 2012 to March 2013 in Tissue Bank and Research Center in Imam Khomeini Hospital Tehran, Iran. Fresh human adipose tissue was obtained by liposuction of abdominal fat pad in a private Day Clinic. By using wasted material of liposuction, we obtained 100 to 200 cc fat tissue from each patient. After physical (freeze-thaw-slicing-manual massage) and chemical (enzymatic-detergent-acid digestion) treatment, an acellularized matrix was created from fat tissue. The final material lyophilized and ground to powder. We analyzed ultra structure and biochemical properties of obtained ECM powder by using electron microscopy, immunohistochemistry (IHC) examination and proteomic studies.

Results: After mechanical and chemical process of decellularization, scanning electron micrographs of the samples showed smooth and contiguous collagenous components throughout the scaffold. IHC showed strong positive labeling for collagen IV and no evidence of nuclear material in the specimen.

Separation of protein complex by Blue Native Polyacrylamide gel electrophoresis (BN-PAGE) has proven type I collagen triple helices associate to form banded fibrils. RNA preparation and Gene Expression Analysis (RT-PCR) by using specific primers for laminin, fibronectin, collagen type I and IV, desmin, and actin showed strong staining of our fat tissue scaffold with collagen type I, fibronectin, collagen IV and laminin.

Conclusion: The results show that our decellularization method produced an adipose ECM scaffold rich of collagen fibers, suitable and effective substrate for use in soft tissue engineering and regenerative medicine.

Keywords: adipose tissue, extra cellular matrix, powder, tissue engineering.

* Corresponding author: Medical Oncology Ward-Cancer Institute-Imam Khomeini Complex-Gharib Ave-Keshavarz Blvd., Tehran, Iran.
Tel: +98- 21-61192763
E-mail: ssadighi@tums.ac.ir