

## روش‌های تصویربرداری پوست

دکتر فرحتا ز فاطمی نائینی<sup>۱</sup>، دکتر علی اصلیان<sup>۲</sup>، دکتر عبدالعلی فروزمه<sup>۳</sup>

<sup>۱</sup>- استادیار، <sup>۲</sup>- استاد، <sup>۳</sup>- گروه پوست؛ استادیار، گروه رادیولوژی؛ دانشگاه علوم پزشکی اصفهان

### (Confocal microscopy)

۶- تصویربرداری با ایجاد ارتعاش مغناطیسی (MRI)

۷- توموگرافی اپتیکال هم‌گرا

### (Optical coherence tomography)

روش‌ها باعث فراهم کردن اطلاعاتی می‌شوند که به درمان مشکلات پوستی کمک خواهد کرد. گرچه بسیاری از این تکنیک‌ها هنوز در مراحل تحقیقاتی هستند اما به عنوان ابزارهای مفید در درماتولوژی، امیدواری‌هایی ایجاد کرده‌اند ما در این مقاله به طور خلاصه به هر کدام خواهیم پرداخت.

### واژه‌های کلیدی:

تصویربرداری، تشخیص، پوست

فصلنامه بیماری‌های پوست، زمستان ۱۳۹۳، ۱۳۸۳: ۳۰-۳۹-۱۲۱

از زمان کشف اشعه X تاکنون تکنولوژی تصویربرداری نقش مهمی در پزشکی ایفا می‌کند. بیشتر روش‌های تصویربرداری مربوط به بررسی ارگان‌های داخلی بدن هستند اما اخیراً به استفاده از تکنولوژی تصویربرداری برای بررسی ضایعات پوستی نیز توجه شده است. تکنیک‌های گوناگون تصویربرداری که امروزه در درماتولوژی به کار می‌رود شامل:

۱- روش‌های ویژه فتوگرافی

۲- میکروسکوپی سطحی

۳- اولتراسونوگرافی

۴- تصویربرداری لیزر داپلر با تزریق وریدی

(Laser Doppler perfusion imaging)

۵- میکروسکوپی هم‌کانوئی

### ۲- میکروسکوپی سطحی

مقدمه

از زمان کشف اشعه X تاکنون تکنولوژی تصویربرداری نقش مهمی در پزشکی ایفا می‌کند. بیشتر روش‌های تصویربرداری مربوط به بررسی ارگان‌های داخلی بدن هستند اما اخیراً به استفاده از تکنولوژی تصویربرداری برای بررسی ضایعات پوستی توجه شده است. تکنیک‌های گوناگون تصویربرداری که امروزه در درماتولوژی به کار می‌رود شامل:

۱- روش‌های ویژه فتوگرافی

### روش‌های ویژه فتوگرافی در درماتولوژی

تاریخچه ثبت تصویری ضایعات پوستی به قرن‌ها پیش بر می‌گردد که ابتدا به صورت ثبت آنها بر روی چوب و

مؤلف مسؤول: دکتر فرحتا ز فاطمی نائینی - اصفهان، بیمارستان الزهراء

صندوق پستی ۹۰۵

است. البته برای تعیین عمق پیگماناتاسیون از سال‌ها پیش از لامپ وود استفاده می‌شود. زیر نور UV پیگماناتاسیون‌های اپیدرمال، واضح‌تر و پیگماناتاسیون‌های درمال محورتر می‌شوند، به عبارت ساده می‌توان گفت که هر چه بیمار زیر نور UV بدتر به نظر برسد، پروگنووز بهتری دارد چون پیگماناتاسیون‌های پوستی وی سطحی‌تر است و بهتر به درمان پاسخ خواهد داد(۴).

به طور کلی فتوگرافی با نور UV برای ثبت تغییرات رنگدانه‌ای در طیف وسیعی از بیماری‌ها از قبیل ملاسماء، پیسی(vitiligo) و پوست آسیب دیده از نور، کاربرد دارد(۵).

۳- فتوگرافی با نور پلاریزه: وقتی نور پلاریزه را به پوست بتابانیم، قسمتی از نور که از حدفاصل هوا و لایه شاخی، منعکس می‌شود، همان جهتی را دارد که نور تاییده شده داشته است. اما نوری که وارد اپیدرم و درم می‌شود، پراکنده شده است و در مسیر برگشت دپلاریزه خواهد بود. از این خاصیت در فتوگرافی با نور پلاریزه استفاده می‌شود. به این صورت که اگر نور پلاریزه را به پوست بتابانیم و در مسیر برگشت آن فیلتری قرار دهیم که جهت آن موازی با جهت نور تاییده شده باشد، فقط نورهایی که از حدفاصل هوا و لایه شاخی منعکس شده‌اند را عبور خواهد داد لذا در فتوگرافی حاصله خصوصیات سطحی پوست مشخص تر نشان داده خواهد شد. اما اگر فیلتری که در مسیر برگشت نور قرار می‌دهیم جهتی عمود بر جهت نور تاییده شده داشته باشد فقط نورهایی را عبور خواهد داد که از اپیدرم و درم برگشت کرده‌اند، بنابراین خصوصیات قسمت‌های زیرین را بهتر نشان می‌دهد(۶). به همین دلیل برای بهتر نشان دادن خصوصیات ویژه ضایعات پوستی در بیماری‌های زیر از فتوگرافی با نور پلاریزه استفاده می‌شود(۷،۸):

۱) ضایعات عروقی (پورت واین استین [port-wine stain]

دست نوشته‌ها بوده است، تا این که بالاخره فتوگرافی و نهایتاً فتوگرافی سلوی ابداع شد و اخیراً نیز برای این منظور از تصویربرداری دیجیتال استفاده می‌شود(۲). کلاً روش‌های ویژه فتوگرافی که برای ثبت ضایعات پوستی به کار می‌روند شامل:

۱- فتوگرافی با نور مرئی: منظور همان فتوگرافی با فیلم ۳۵ میلی‌متری است که از سال‌ها پیش برای ثبت تصاویر ضایعات پوستی به کار می‌رفته است. فتوگرافی با نور مرئی، روشنی ساده، نسبتاً ارزان و دقیق برای نشان دادن ضایعات پوستی است. این فتوگرافی‌ها را می‌توان در پرونده بیمار ضبط یا این که به منظور تدریس از آنها استفاده کرد. در مبتلایان به خال‌های دیسپلاستیک می‌توان از فتوگرافی‌های سریال برای مانیتورینگ بیماران استفاده کرد و به این صورت نمونه‌برداری‌های غیرضروری انجام نخواهد گرفت(۳).

۲- فتوگرافی با نور فرابنفش: مزیت نور فرابنفش (Ultraviolet [UV]) به نور مریمی، جذب انتخابی نور UV توسط ملانین موجود در اپیدرم است.

در این روش، نور UVA به پوست تابانده و سپس فتوگرافی انجام می‌شود. نور UVA ای که به پوست می‌تابد، مقداری توسط ملانین اپیدرم جذب و بقیه وارد درم می‌شود. در درم این نور دسته‌های کلازن را تحریک می‌کند و سبب ایجاد فلورسانس مرئی در آنها می‌شود که حداکثر آن در طول موج ۴۲۰ میلی‌متر است. سپس این نور در مسیر برگشت، مجددًا توسط ملانین اپیدرم، جذب می‌شود. بنابراین در فتوگرافی حاصله، دسته‌های کلازن به صورت نواحی روشن و نواحی پیگماناتاسیون اپیدرمال به صورت نواحی تیره دیده می‌شوند. بنابر این، در می‌یابیم که کاربرد اصلی فتوگرافی با نور فرابنفش برای بهتر نشان دادن نواحی پیگماناتاسیون پوستی است.

کاربرد دیگر این روش برای تعیین عمق پیگماناتاسیون

از یک ذره بین چراغ دار معمولی تا سیستم‌های تصویربرداری دیژیتال حرفه‌ای باشد که با آنالیز کامپیوتری همراه است. بعضی از این تکنیک‌ها را در زیر خواهیم آورد.

- ۱- Epiluminescence microscopy
- ۲- تصویربرداری ویدئویی پوست
- ۳- آنالیز تصاویر دیژیتالی
- ۴- اسکنر فوتومتری

#### : Epiluminescence microscopy (ELM)-۱

ELM پوست عبارت از تابانیدن نور به پوست و معاینه سطح پوست با استفاده از بزرگنمایی است. در این روش برای جلوگیری از پراکنده شدن نور از سطح لایه شاخی و همچنین شفاف ترشدن لایه شاخی و بهتر مشخص شدن ضایعات پیگمانته موجود در آن، روی سطح پوست روغن مالیده می‌شود.

کاربرد اصلی ELM در بررسی ضایعات رنگدانه‌ای پوست نظیر ملاتنوم، ماکولهای خوش خیم پیگمانته، خال‌های ملانوسیتیک و تشخیص زودرس لنتیگومالیگنا است (۱۴، ۱۵).

ELM را می‌توان به کمک وسائل کوچک ارزان دستی با درشت‌نمایی ثابت ۱۰ یا با دستگاه‌های پیچیده و گران از قبیل استرئومیکروسکوپ یا وسائل تصویربرداری دیژیتال انجام داد.

این روش همچنین در افتراق ضایعات پیگمانته غیرملانوسیتیکی نظیر کراتوز سبوریئک همانژیوم و BCC پیگمانته نیز کاربرد دارد. ELM می‌تواند برای مانیتورینگ ضایعات ملانوسیتیک آتیبک و مشخص نمودن هر گونه تغییر مشکوک در طول زمان، به کار رود.

تشخیص ضایعات ملانوسیتیک با ELM می‌تواند حساسیت و اختصاصی بودن بیش از ۹۰٪ داشته باشد (۱۶).

(۲) بیماری‌های التهابی (آکنه، پسوریازیس و ...)

(۳) ضایعات رنگدانه‌ای (حالا و لنتیگوها)

(۴) پوست آسیب دیده در اثر تابش نور

۴- تصویربرداری دیژیتال از ضایعات پوستی: در این تکنیک از دوربین‌های دیژیتال استفاده می‌شود که قادر فیلم هستند و تصاویر را در حافظه الکترونیکی خود ذخیره می‌کنند. این تصاویر را می‌توان پس از انتقال به کامپیوتر بر روی مانیتور دید یا از آن پرینت تهیه کرد (۹، ۱۰). اصولاً در صورتی که بخواهیم تصویر دیژیتالی از نظر کیفیت مشابه فتوگرافی با فیلم ۳۵ میلی‌متری باشد بایستی قدرت تفکیک (resolution capacity) ای معادل ۱۱/۲ MPX (۴۰۹۶×۲۷۳۶) داشته باشد، اما از طرفی دیده شده است که تصاویر دیژیتالی حتی اگر قدرت تفکیک معادل ۰/۳ MPX (۷۶۸×۵۱۳) هم داشته باشند و بر روی مانیتور ۱۷ اینچ استاندارد نمایش داده شوند، برای نشان دادن خصوصیات قسمت‌های مهم پوست کافی خواهد بود. لذا دوربین‌های معمولی دیژیتال که معمولاً قدرت تفکیک بالای ۱/۵ MPX (۱۵۳۶×۱۰۲۴) دارند جهت تصویربرداری از ضایعات پوستی کاملاً مناسب می‌باشند (۱۱).

تصاویر دیژیتال را می‌توان در حافظه کامپیوتر یا فایل بیمار نگهداری کرد، توسط کامپیوتر آنالیز نمود و یا توسط اینترنت، برای فرد دیگری فرستاد، لذا امروزه در teledermatology می‌توان جهت تشخیص یا درمان بیمار، از درمان‌لولژیستی در مرکزی دیگر کمک گرفت. گزارش شده است که تشخیص ضایعات پوستی بر اساس تصاویر دیژیتال کاملاً با تشخیصی که بر اساس دیدن رو در روی بیمار باشد مطابقت دارد (۱۲، ۱۳).

#### میکروسکوپی سطحی ضایعات پوستی

برای دیدن ضایعات سطحی پوست می‌شود از روش‌های مختلفی کمک گرفت که می‌تواند ۰/۱ استفاده

تصاویر ELM ضایعات پیگمانه شده است به طوری که می تواند به افتراق ضایعات خوش خیم و بد خیم کمک کند.(۲۱).

در بعضی بررسی ها، آنالیز تصاویر دیژیتال ضایعات پوستی پیگمانه خوش خیم و بد خیم به ترتیب ۸۸-۹۰٪ و ۷۴-۸۱٪ حساسیت و اختصاصی بودن داشته اند. امروزه چنین سیستم هایی در حال طراحی و ساخت هستند و ممکن است در آینده برای تشخیص اتوماتیک ضایعاتی از قبیل ملانوم به کار روند.(۲۲).

۴- اسپکتروفوتومتری: بررسی اسپکتروفوتومتریک پوست شامل تابانیدن طول موج های مختلف نور مریسی و مادون قرمز به پوست و متعاقباً مشخص کردن پاترن طیف نور منعکس شده از بافت است که از جذب نور به وسیله کروموفورهای داخل بافت پوست ناشی می شود. اجزای مختلف پوست، طیف انعکاسی متفاوتی خواهند داشت، که توسط یک برنامه کامپیوتری آنالیز و باعث ساخت یک تصویر دیژیتال خاص برای هر ساختمان پوستی می شود(۲۳). این تکنولوژی، متدهای دیگری است که امیدواری هایی را برای تشخیص بین خال های پیگمانه خوش خیم و ملانوم فراهم آورده است(۲۴).

### اولترا سونو گرافی

اولتراسونو گرافی نقش ثابت شده ای در بسیاری از رشته های پزشکی دارد. استفاده از آن در معاینه پوست اولین بار در سال ۱۹۷۹ شروع شد که در این هنگام برای اندازه گیری ضخامت پوست به کار می رفت(۲۵). از آن موقع تاکنون استفاده از این دستگاه در درمان تکنولوژی به سرعت رو به افزایش گذاشت. مزایای اصلی این دستگاه غیرتهاجمی و بی خطر بودن، پذیرش بالای بیمار و قیمت نسبتاً ارزان آن است.

تکنیک اولتراسونو گرافی به این صورت است که

گرچه دقت تشخیصی با این روش بستگی به تجربه پزشک دارد، اما این روش حتی در دست افراد بی تجربه هم می تواند در تشخیص ضایعات ملانوسیتیک از ضایعات غیر ملانوسیتیک کمک کننده باشد. ضایعات پیگمانه را همچنین با تابانیدن نور مریسی به پوست حاشیه ضایعه (به کمک یک وسیله نورانی حلقوی) و سپس دریافت تصویر حاصله از برگشت نور از داخل ضایعه، بررسی کرد. میزان این نور برگشتی با میزان حذف آن توسط ملانین مرتبط است. تصویر گرفته شده را می توان از طریق استئومیکروسکوپ یا یک سیستم تصویری کامپیوتری به یک منظره سه بعدی تبدیل و از نظر تغییرات در ضخامت، اندازه یا رنگ و ساختمان ضایعه پیگمانه بررسی کرد(۱۷).

۲- تصویربرداری ویدئویی پوست: این روش شامل تصویربرداری پوست با بزرگنمایی است. سیستم های دوربین های دیژیتال امکان مشاهده مستقیم پوست را روی مانیتور کامپیوتر فراهم می کنند. دستگاه های امروزی که به این منظور استفاده می شوند دارای یک پروب دستی هستند که در نوک آن یک دوربین دیژیتالی کوچک تعییه شده است که بزرگنمایی آن با تغییر لنز دستگاه از ۱۰ تا ۱۰۰۰ قابل تغییر است. روش تصویربرداری ویدئویی برای بررسی ضایعات پوستی پیگمانه نظری ملانوم، بررسی موهای سر در in vivo و تشخیص گال در کودکان با دیدن مستقیم انگل، کاربرد دارد(۱۸-۲۰). هنگام بررسی ضایعات پیگمانه با اضافه کردن فیلتر های پلاریزه می توان دقت تشخیصی ملانوم را بالاتر برد.

۳- آنالیز تصویر دیژیتالی: یکی از مزایای تصویر دیژیتالی آن است که اطلاعات ثبت شده در تصویر را می توان توسط کامپیوتر مورد آنالیز قرار داد. این نکته باعث ایجاد علاقه برای ساخت سیستم های آنالیز تصویر های دیژیتال برای تشخیص ضایعات پوستی گردیده است.

خصوصاً موجب توجه بیشتری به آنالیز کامپیوتری

نواحی بافتی مختلف پوست می‌باشد.

به طور کلی به کمک اولتراسوند با فرکانس ۲۰ مگاهرتز به خوبی می‌توان درم و هیپودرم را تشخیص داد ولی تشخیص اپیدرم را به علت نازکی (به جز در کف دست و پا) امکان پذیر نیست. اولتراسوندهای ۱۰۰ مگاهرتز می‌توانند جزئیات اپیدرم و حتی لایه شاخی، فولیکولهای مو و عدد عرق را نشان دهند (۲۸، ۲۹). از اولتراسوند ۵۰۰ مگاهرتز برای ایجاد تصاویر از نمونه‌های یوپسی شده پوست استفاده می‌شود ولی این روش در نسج زنده به علت آسیب رساندن به بافت قابل انجام نیست.

یکی از موارد استفاده اصلی اولتراسونوگرافی، اندازه‌گیری ضخامت پوست است که دانستیم روشنی دقیق و قابل قبول است. این بررسی در اسکلرودرمی و مرفا، آسیب‌های نوری، پوست پیرشده و پسوریازیس مفید بوده است (۳۰-۳۵). از نظر بالینی روش مزبور برای کنترل پیشرفت بیماری یا پاسخ به درمان مورد استفاده قرار می‌گیرد و حتی در اسکلرودرمی می‌توان قبل از این که بیماری به صورت بالینی تظاهر کند با اولتراسونوگرافی آن را تشخیص داد چون در این حالت قادر است ضخامت ضایعات مختلف پوستی مانند BCC و SCC، حال خوش خیم، درماتوفیروم را دقیقاً اندازه‌گیری کند ولی افتراق بین آنها امکان‌پذیر نیست چون تماماً به صورت نواحی کم اکو (echo-poor) در اولتراسونوگرافی مشخص می‌شوند (۳۶).

به رغم این مشکل، سونوگرافی در ارزیابی تومورها از جمله ملانوم و BCC قبل از عمل جراحی مخصوصاً در تعیین حدود ضایعه قبل از عمل مفید است. گزارش مطالعات نشان داده که ارزیابی با اولتراسوند ۲۰ مگاهرتز در تعیین ضخامت تومور ملانوم ندولی اولیه، با بررسی بافت شناسی، کاملاً مطابقت داشته است و حتی به جراح کمک کرده که چه حاشیه‌ای را بردارد تا نیاز به برداشت مجدد نباشد. همچنین می‌توان BCC را قبل از عمل با

بازتاب امواج صوتی برخورد کننده به نسج به وسیله دستگاه، ثبت و نمایش داده می‌شود. تصاویر پوست می‌تواند به صورت یک بعدی یا مدد A باشد که برای اندازه‌گیری ضخامت پوست کافی می‌باشد، دو بعدی یا مدد B باشد که سطح مقطع عمودی نسج اسکن شونده را نشان می‌دهد و بالاخره مدد C باشد که تصاویری موازی با سطح پوست را نشان می‌دهد. با استفاده از پردازش کامپیوتربه می‌توان تصاویر سه بعدی نیز ایجاد کرد (۲۶)، به طور کلی هر چه فرکانس اولتراسوند بیشتر باشد کیفیت تصویر حاصل واضح‌تر است.

اکثر واحدهای اولتراسوندی که برای تصویربرداری اعضای داخل شکم طراحی شده‌اند فرکانس ۷/۵-۵/۳ مگاهرتز دارند که قدرت تفکیک پذیری محوری آنها ۳-۵ میلی‌متر است.

واحدهایی که برای بررسی پوست مورد استفاده قرار می‌گیرند باید قدرت تفکیک پذیری بالاتری داشته باشد تا اجزای پوست را نشان دهند - معمولاً فرکانس ۲۰-۲۵ مگاهرتز مناسب است - یعنی قدرت تفکیک پذیری محوری ۵۰-۸۰ میکرومتر و تجزیه ۲۰۰-۳۰۰ میکرومتر ایجاد کند.

در حالی که فرکانس‌های بالاتر (۴۰ و ۱۰۰ مگاهرتز)، تجزیه محوری ۱۷-۳۰ میکرون به وجود می‌آورند. اگر چه این بهبود در تفکیک پذیری سبب نمایش جزئیات بیشتر و واضح‌تر لایه‌های سطحی پوست می‌شود، اما اولتراسوندهای با فرکانس خیلی بالا، به ندرت در داخل نسج نفوذ می‌کنند و تصاویر واضحی از لایه‌های عمقی و نسج زیر جلدی ایجاد نمی‌کنند (۲۷).

وقتی امواج اولتراسوند به داخل پوست نفوذ می‌کنند به طور نسبی در مزین اجزای مختلف شکست و اکوهای با ارتفاع مختلف ایجاد می‌کنند. تصویر اولتراسوند حاصل حاوی نواحی با اکوژنیستیهای مختلف است، که مرتبط با

واحدهای قراردادی اندازه‌گیری می‌شود. لیزر اسکن کننده تا ۲ میلی‌متری سطح زیر پوست نفوذ می‌کند.

تصویری که به وسیله LDPI پوست به دست می‌آید روی صفحه کامپیوتر و با استفاده از رنگ‌های مختلف - که نمایان‌گر اختلاف در پروفیوژن نقاط مختلف پوست هستند - نمایش داده می‌شود. متوسط پروفیوژن به وسیله معیارهای عددی خاص به نمایش درمی‌آید و مقدار مینیمم و ماکزیمم آن هم نشان داده می‌شود تا امکان تجزیه و تحلیل دقیق داده‌های مختلف فراهم شود. همچنین این یافته‌ها در حافظه ذخیره می‌شود تا با نرم افزارهای خاص، مورد پردازش قرار گیرد. اندازه‌گیری به عمل آمده، عینی و قابل تجدید است(۴۴). فاکتورهایی مثل استرس، تمرين بدنسی، مصرف کافئین، الکل، داروهای وازواجتیو و تغییرات دمای موضعی پوست به صورت قابل توجهی جریان خون پوست را تغییر می‌دهند، به همین دلیل فردی که از LDPI استفاده می‌کند باید با این تغییرات آشنا باشد(۴۵).

در درماتولوژی از LDPI برای مطالعه واکنش‌های آلرژیک و تحریکی (۴۶،۴۷)، همچنین برای اندازه‌گیری کمی اثر وازو-کنستربیکیتو کورتیکوستروئیدها(۴۸) و مشخص کردن شدت پسوریازیس بر حسب اندازه‌گیری جریان خون موجود در پلاک‌ها(۴۹)، استفاده می‌شود. این روش برای اندازه‌گیری جریان خون ضایعات پیگمانته هم به کار می‌رود. میزان متوسط پروفیوژن در این ضایعات به طور معنی‌داری اختلاف دارد آن چنان که میزان متوسط پروفیوژن در ملاتوم بیشتر از خال‌ها و در خال‌ها بیشتر از BCC است. ممکن است این روش در آینده سبب یافتن راهی غیرتهاجمی برای افتراق تومورهای پوست شود(۵۰).

### میکروسکوپی هم کانونی Confocal Microscopy (CM)

در سال‌های اخیر این روش کاربردهای زیادی در

اولتراسونوگرافی ۲۰ مگاهرتز بررسی کرد تا حاشیه قابل برداشت، پیش‌بینی شود. این روش بهتر از حدس بالینی است(۳۷،۳۸).

ساختمانی کاربردهای اولتراسونوگرافی در پوست شامل: ارزیابی واکنش التهابی پوست در پیج تست(۳۹)، ارزیابی اثربخشی عوامل مرطوب کننده با تغییری که در ضخامت اپیتلیوم ایجاد می‌کنند(۴۰)، ارزیابی کیفی فیروز پوستی بعد از رادیوتراپی(۴۱)، ارزیابی اسکارهای کهنه تا معلوم شود که آیا اسکار به علت زخم کاملاً عمیق بوده یا به علت یک زخم سطحی ایجاد شده است (در پزشکی قانونی کاربرد دارد)، ارزیابی میزان آب درم (که در ارزیابی بیماری‌هایی که ادم درم ایجاد می‌کنند مفید است)(۴۲). همچنین این روش در کرایوسرجری برای تعیین محل ترموموکوپیل کاربرد دارد(۴۳).

### تصویربرداری لیزر داپلر با تزریق وریدی

#### Laser Doppler Perfusion Imaging (LDPI)

این تکنیک در تحقیقات پوستی جایگاه ویژه‌ای دارد. این دستگاه، پروفیوژن پوست را با اسکن کردن یک لیزر کم قدرت روی یک ناحیه پوست مشخص می‌کند. وقتی یک نور تک رنگ با یک جسم در حال حرکت مثل گلbul‌های قرمز برخورد می‌کند (با توجه به اثر داپلر)، در طول موج نور منعکس شده تغییر جزئی ایجاد می‌شود در حالی که وقتی به اشیا ثابت بر می‌خورد طول موج نور بازتاب شده تغییری نمی‌کند. تغییر فرکانس به سرعت متوسط گلbul‌های قرمز بستگی دارد، در حالی که حجم علایم داپلر، با تعداد سلول‌های حرکت کننده مرتبط است. در هر محل اندازه‌گیری لیزرهای منعکس شده به پشت به وسیله یک فوتودتکتور که در سر اسکن کننده قرار دارد انجام می‌شود و علایم ثبت شده مورد استفاده قرار می‌گیرد تا میزان پروفیوژن پوست را اندازه‌گیری کند که این میزان با

زیر لایه شاخی می‌توانند شبکه‌ای از رشته‌ها و نوارها را در درم پاپیلری و شبکه رتیکولر سطحی نشان دهند که به کالازن مربوط است. یادآور می‌شود که ضمایم پوست مانند غدد سیاسه، ساقه مو و مجاری غدد عرق هم قابل رویت هستند.

کیفیت تصاویر به دست آمده با CM بستگی به نوع دستگاه مورد استفاده و تکنیک به کار رفته دارد، میکروسکوپ‌های کانونی معمولی برای این که بتواند تصاویر واضح و تفکیک پذیر به دست دهنده، از رنگ‌های فلوئورسانس استفاده می‌کنند. برای مطالعه پوست روى بدن، بعضی از میکروسکوپ‌های هم کانونی موجود، از بازتاب نور منعکس شده از داخل پوست بهره می‌گیرند. در حالی که بعضی به تزیق ماده فلوئورسن特 داخل درم نیازدارند.

در حال حاضر CM وسیله‌ای گران قیمت است ولی بیشتر در کارهای تحقیقاتی مورد استفاده قرار می‌گیرد. بهبود تکنیک و ایجاد دستگاه‌های کوچکتر در آینده می‌تواند به عنوان یک دستگاه تشخیصی برای تشخیص بیماری‌های پوست و تصویربرداری از ضایعات پوستی بدون نیاز به بیوپسی از آنها، به متخصصان پوست کمک کند. همچنین با این روش می‌توان حدود ضایعه پوستی را قبل از انجام برش تشخیص داد. این روش در آینده ممکن است پاک بودن حاشیه ضایعه برداشته شده را تیز از نظر وجود سلول سرطانی و غیره، بدون نیاز به بافت شناسی تایید کند.

**تصویربرداری با ایجاد ارتعاش مغناطیسی (Magnetic Resonance Imaging)** MRI یک وسیله تشخیصی با ارزش است که می‌تواند تصاویری از بافت‌های مختلف بدن به دست دهد. در این دستگاه از میدان مغناطیسی و پالس‌های امواج رادیویی

تحقیقات درمان‌لوزی پیدا کرده چون قادر است تصاویری از عمق و داخل یک نمونه بافتی، بدون ترس از مداخله انکسار نور یا نور غیرکانونی، بدست دهد. اساس این کار استفاده از یک منع نوری و یک لنز است که نور را در مقطع خاصی از نمونه بافت متمرکز می‌کند. نور برگشت داده شده به وسیله دستگاهی بازیابی می‌شود و تصویری با ترکیب تعداد زیادی نقاط تصویری ایجاد می‌کند. تصویر به دست آمده، واضح و خوب است زیرا سیستم طوری طراحی شده که فقط نورهای کانونی را حذف می‌کند، بنابر این نورهایی که خارج کانونی را حذف می‌کند، بنابر این تیرگی تصویر به حداقل می‌رسد. منع نوری مورد استفاده می‌تواند از نور مریضی باشدت بالا یا نور مادون قرمز باشد (۵۱).

مزیت اصلی CM این است که اجازه می‌دهد تصویری از پوست در حالت طبیعی خود - چه روی پوست و چه از نمونه بیوپسی تازه تهیه شده - به دست آید، بدون این که به پردازش عادی بافت شناسی معمولی مثل برش و رنگ‌آمیزی و غیره نیاز داشته باشد. این تکنیک اجازه می‌دهد که تصویری با تفکیک پذیری جانی ۱-۵ میکرون و تفکیک پذیری محوری (ضخامت نسج)، ۳-۵ میکرون به دست آید. روش مذبور به خوبی قابل مقایسه با بافت شناسی معمولی است که در آن برش‌های ۵ میکرونی استفاده می‌شود حتی می‌توان تصاویر سه بعدی هم به دست آورد. با میکروسکوپی هم کانونی، می‌توان تصاویر مؤثری از لایه‌های اپiderم و درم، در پوست در حالت طبیعی بدن به دست آورد. در زیر اتصال درم و اپiderm در عمق ۱۰۰-۱۵۰ میکرون می‌توان جریان خون در حلقه‌های کاپیلری در هر پاپی درم را تشخیص داد و در تفکیک پذیری بالاتر حتی عناصر خونی مثل گلbul‌های قرمز، گلbul‌های سفید و پلاکت‌ها را بر حسب اندازه و شکل آنها مشخص کرد. تصاویر دیگر در عمق ۱۰۰-۳۵۰ میکرونی

متفاوت است مورد بازیابی قرار می‌دهد. این دستگاه می‌تواند تفکیک پذیری محوری ۱۵ میکرون ایجاد کند که از اولتراسوند ۲۰ مگاهرتزی و از میکروسکوپ هم کانونی کمتر است، همچنین قادر است تصویر پوست را در عمق ۱/۵-۵/۰ میلی‌متر به دست دهد. این روش برای تصویربرداری از لایه شاخی، نمایش لایه‌های اپیدرم و درم پاپیلری کافی است. در حال حاضر استفاده از این دستگاه در معاینه پوست یک تکنیک تجربی است (۵۶).

### نتیجه گیری

در دهه گذشته پیشرفت‌های زیادی در تصویربرداری مستقیم پوست حاصل شده است لذا تشخیص ضایعات پوستی محدود به انجام معاینه ساده تماسی و بیوپسی نخواهد بود. در حال حاضر بررسی غیرت‌ها جمی ضایعات پوستی مختلف در داخل بدن و همچنین استفاده از وسایل تصویربرداری اختصاصی که به پزشک اجازه می‌دهد ساختمان و اجزای پوست را به خوبی مشخص کند، امکان‌پذیر است. گرچه بسیاری از این تکنیک‌ها فقط در مقاصد تحقیقاتی کاربرد دارند، ولی نتایج امیدوار کننده‌ای هم در بالین داشته‌اند. ادامه تحقیقات و پیشرفت تکنولوژی سبب افزایش استفاده از تصاویر در درماتولوژی و تغییر روش‌های بررسی بیماری‌های پوست می‌شود، روش‌هایی که در آینده در آموزش درماتولوژی، نقش عمده‌ای خواهند داشت.

### منابع

- 1-Corcuff P, Pierard GE. Skin imaging: State of the art at the dawn of the year 2000. Curr Prob Dermatol 1998; 26: 1-11.
- 2-Beyse WHG, Neumann NJ, Lehmann P, et al. The history of photography in

استفاده می‌شود تا حرکت هسته‌ای هیدروژن در نسج را بازیابی کند. وجود تفاوت در دانسیته هیدروژن و زمان استراحت مغناطیسی ( $T_2$ ,  $T_1$ ) ماشین‌های MRI مرسوم که برای مقاطع ۱ میلی‌متری طراحی شده‌اند، موجب می‌شود که برای نمایش لایه‌های مختلف پوست که به تفکیک پذیری کمتر از ۱۰۰ میکرون نیاز دارند، مناسب نباشد (۵۳). اخیراً دستگاه‌های خاص MRI با تفکیک پذیری بالا وارد بازار شده است که می‌تواند افتراق بین لایه شاخی، اپیدرم و درم در محیط بدن را فراهم کند. در حال حاضر MRI پوست به عنوان یک ابزار تحقیقاتی مطرح است. این کار برای اندازه‌گیری میزان آب اپیدرم، تشخیص پوست دارای لنفام (۵۴) و افتراق تومورهای مختلف و شایع پوست از هم در محیط آزمایشگاه (۵۵) به کار می‌رود ولی استفاده روزمره از آن در مسایل بالینی، هنوز معمول نیست و نیاز به مطالعات بیشتری دارد.

### توموگرافی اپتیکال هم‌گرا

#### (Optical Coherence Tomography)

این دستگاه اولین بار برای تشخیص نسوج چشم انسان به کار رفت ولی اخیراً برای مشاهده پوست هم مناسب تشخیص داده شده است. دستگاه مزبور می‌تواند مقاطع عرضی از پوست انسان در روی بدن، به دست دهد. در این روش، پوست را با اشعه مادون قرمز اسکن می‌کنند و سپس انکسار نور از نسوج را که بین بافت‌های مختلف بدن

dermatology. Arch Dermatol 1996; 132: 1492-98.

3-Kelly JW, Yeatman JM, Regalia C, et al. A high incidence of melanoma found in patients with multiple dysplastic naevi by

- photographic surveillance. *Med J Aust* 1997; 167: 191-94.
- 4-Kollias N, Gillies R, Cohen-Gohinab C, et al. Fluorescence photography in the evaluation of hyperpigmentation in photodamaged skin. *J Am Acad Dermatol* 1997; 36: 226-30.
- 5-Fulton J. Utilizing the ultraviolet (UV Detect) camera to enhance the appearance of photodamage and other skin conditions. *Dermatol Surg* 1997; 23: 163-69.
- 6-Anderson RR. Polarised light examination and photography of the skin. *Arch Dermatol* 1991; 127: 1000-05.
- 7-Muccini JA, Kollias N, Phillips SB, et al. Polarized light photography in the evaluation of photoaging. *J Am Acad Dermatol* 1995; 33: 765-69.
- 8-Phillips SB, Kollias N, Gillies R, et al. Polarized light photography enhances visualisation of inflammatory lesions of acne vulgaris. *J Am Acad Dermatol* 1997; 37: 948-52.
- 9-Perednia DA. What dermatologists should know about digital imaging. *J Am Acad Dermatol* 1991; 25: 89-108.
- 10-Ratner D, Thomas CO, Bickers D. The uses of digital photography in dermatology. *J Am Acad Dermatol* 1999; 41: 749-56.
- 11-Bittorf A, Fartasch M, Schuler G, Diepgen TL. Resolution requirements for digital images in dermatology. *J Am Acad Dermatol* 1999; 37: 195-98.
- 12-Krupinski EA, LeSueur B, Ellsworth L, et al. Diagnostic accuracy and image quality using a digital camera for teledermatology. *Telemed J* 1999; 5: 257-63.
- 13-Piccolo D, Smolle J, Wolf IH, et al. Face to face diagnosis vs telediagnosis of pigmented skin tumors: A teledermoscopic study. *Arch Dermatol* 1999; 135: 1467-71.
- 14-Pehamberger H, Steiner A, Wolff K. In vivo epiluminescence of pigmented skin lesions, I: Pattern analysis of skin lesions. *J Am Acad Dermatol* 1987; 17: 571-83.
- 15-Steiner A, Pehamberger H, Wolff K. In vivo epiluminescence of pigmented skin lesions, II: Diagnosis of small pigmented skin lesions and early detection of malignant melanoma. *J Am Acad Dermatol* 1987; 17: 584-91.
- 16-Ascierto PA, Palmieri G, Celentano E, et al. Sensitivity and specificity of epiluminescence microscopy: Evaluation on a sample of 2731 excised cutaneous pigmented lesions. *Br J Dermatol* 2000; 142: 893-98.
- 17-Dhawan A. Early detection of cutaneous malignant melanoma by three dimensional nevoscropy. *Comput Methods Programs Biomed* 1985; 21: 59-68.
- 18-Saida T, Oguchi S, Ishihara Y. In vivo observation of magnified features of pigmented lesions on volar skin using video macroscope. *Arch Dermatol* 1995; 131: 298-304.

- 19-D'Amico D, Vaccaro M, Guarneri F, et al. Phototrichogram using videomicroscopy: A useful technique in the evaluation of scalp hair. *Eur J Dermatol* 2001; 11: 17-20.
- 20-Lacarrubba F, Musumeci ML, Caltabiano R, et al. High magnification videodermatoscopy: A new noninvasive diagnostic tool for scabies in children. *Pediatr Dermatol* 2001; 18: 439-41.
- 21-Binder M, Kittler H, Seeber A, et al. Epiluminescence microscopy-based classification of pigmented skin lesions using computerised image analysis and an artificial neural network. *Melanom Res* 1998; 8: 261-66.
- 22-Menzies SW. Automated epiluminescence microscopy: Human vs machine in the diagnosis of melanoma. *Arch Dermatol* 1999; 135: 1538-40.
- 23-Bono A, Tomatis S, Bartoli C, et al. The invisible colours of melanoma. A telespectrophotometric diagnostic approach on pigmented skin lesions. *Eur J Cancer* 1996; 32: 727-29.
- 24-Wallace VP, Crawford DC, Mortimer PS, et al. Spectrophotometric assessment of pigmented skin lesions: Methods and feature selection for evaluation of diagnostic performance. *Phys Med Biol* 2000; 45: 735-51.
- 25-Alexander H, Miller DL. Determining skin thickness with pulsed ultrasound. *J Invest Dermatol* 1979; 72: 17-19.
- 26-Stiller MJ, Diller MD, Shupack JL, et al. Three dimensional imaging for diagnostic ultrasound in dermatology. *J Am Acad Dermatol* 1993; 29: 171-75.
- 27-Turnball DH, Starkoski BG, Harasiewicz KA, et al. A 40-100 MHz B-scan ultrasound backscatter microscope for skin imaging. *Ultrasound Med Biol* 1995; 21: 79-88.
- 28-Fornage BD, McGavran MH, Duvic M, Waldron CA. Imaging of the skin with 20 MHz US. *Radiology* 1993; 189: 69-76.
- 29-El-Gammal S, El-Gammal C, Kaspar K, et al. Sonography of the skin at 100 MHz enables in vivo visualisation of stratum corneum and viable epidermis in palmar skin and psoriatic plaques. *J Invest Dermatol* 1999; 113: 821-29.
- 30-Myers SL, Cohen JS, Sheets PW, Bies JR. B-mode ultrasound evaluation of skin thickness in progressive systemic sclerosis (scleroderma). *J Rheumatol* 1986; 13: 577-80.
- 31-Hoffmann K, Gerbaulet U, El-Gammal S, Altmeyer P. 20 MHz B-mode ultrasound in monitoring the course of localised scleroderma (morphea). *Acta Derm Venereol Suppl (Stockh)* 1991; 164: 3-16.
- 32-Seidenari S, Conti A, Pepe P, Giannetti A. Quantitative description of echographic images of morphea plaques as assessed by computerized image analysis on 20 MHz B-scan recordings. *Acta Derm Venereol* 1995;

- 33-Quan MB, Edwards C, Marks R. Non-invasive *in vivo* techniques to differentiate photodamage and ageing in human skin. *Acta Derm Venereol* 1997; 77: 416-19.
- 34-El-Gammal S, Auer T, Popp C, et al. Psoriasis vulgaris in 50 MHz B-scan ultrasound-characteristic features of stratum corneum, epidermis and dermis. *Acta Derm Venereol Suppl (Stockh)* 1994; 186: 173-76.
- 35-Vaillant L, Berson M, Machet L, et al. Ultrasound imaging of psoriatic skin: A noninvasive technique to evaluate treatment of psoriasis. *Int J Dermatol* 1994; 33: 786-90.
- 36-Harland CC, Bamber JC, Gusterson BA, Mortimer PS. High frequency, high resolution B-scan ultrasound in the assessment of skin tumours. *Br J Dermatol* 1993; 128: 525-32.
- 37-Lassau N, Mercier S, Koscielny S, et al. Prognostic value of high-frequency sonography and colour doppler sonography for the preoperative assessment of melanomas. *Am J Roentgenol* 1999; 172: 457-61.
- 38-Lassau N, Spatz A, Avril MF, et al. Value of high-frequency US for preoperative assessment of skin tumours. *Radiographics* 1997; 17: 1559-65.
- 39-Siedenari S, Di Nardo P, Pepe P, Giannetti A. Ultrasound B scanning with image analysis for assessment of allergic patch test reactions. *Contact Dermatitis* 1991; 24: 216-22.
- 40-Schwartz SR, Murray RA, Assessment of epithelial thickness by ultrasonic imaging. *Decubitis* 1991; 4: 29-36.
- 41-Gottloeber P, Kerscher MJ, Korting HC, Peter RU. Sonographic determination of cutaneous and subcutaneous fibrosis after accidental exposure to ionising radiation in the course of the Chernobyl nuclear power plant accident. *Ultrasound Med Biol* 1997; 23: 9-13.
- 42-Gniadecka M, Quistorff B. Assessment of dermal water by high-frequency ultrasound: Comparative studies with nuclear magnetic resonance. *Br J Dermatol* 1996; 135: 218-24.
- 43-Abramovits W, Pruiksma R, Bose S. Ultrasound guided thermocouple placement for cryosurgery. *Dermatol Surg* 1996; 22: 771-73.
- 44-Wardell K, Jakobsson AJ, Nilsson GE. Laser Doppler perfusion imaging by dynamic light scattering. *IEEE Trans Biomed Eng* 1993; 40: 309-16.
- 45-Bircher A, De Boer EM, Agner T, et al. Guidelines for measurement of cutaneous blood flow by laser Doppler flowmetry. *Contact Dermatitis* 1994; 30: 65-72.
- 46-Wardell K, Andesson T, Anderson C. Analysis of laser Doppler perfusion images of experimental irritant skin

reactions. Skin Res Technol 1996; 2: 149-57.

47-Moller H, Bjorkner B, Bruze M, et al. Laser Doppler perfusion imaging for the documentation of flare-up in contact allergy to gold. Contact Dermatitis 1999; 41: 131-35.

48-Sommer A, Veraart J, Neumann M, Kessels A. Evaluation of the vasoconstrictive effects of topical steroids by laser Doppler perfusion imaging. Acta Derm Venereol 1998; 78: 15-18.

49-Speight EL, Essex TJH, Farr PM. The study of plaques of psoriasis using a scanning laser-Doppler velocimeter. Br J Dermatol 1993; 128: 519-25.

50-Stucker M, Horstmann I, Nuchel C, et al. Blood flow compared in benign melanocytic naevi, malignant melanomas and basal cell carcinomas. Clin Exp Dermatol 1999; 24: 107-11.

51-Rajadhyaksha M, Gonzalez S, Zavisl JM, et al. In vivo confocal scanning laser microscopy of human skin II. Advances in instrumentation and comparison with histology. J Invest Dermatol 1999; 113:

293-301.

52-Busam KJ, Heste K, Charles C, et al. Detection of clinically amelanotic malignant melanoma and assessment of its margins by in vivo confocal scanning laser microscopy. Arch Dermatol 2001; 137: 923-29.

53-Conolly S, Macovski A, Pauly J, et al. Magnetic resonance imaging. In: Bronzino JD (ed). The Biomedical Engineering Handbook. Florida: CRC Press, 1995; 1006-14.

54-Idy-Peretti I, Bittoun J, Alliot F, et al. Lymphedematous skin and subcutis: In vivo high resolution magnetic resonance imaging evaluation. J Invest Dermatol 1998; 110: 782-87.

55-El-Gammal S, Hartwig R, Aygen S, et al. Improved resolution of magnetic resonance microscopy in examination of skin tumors. J Invest Dermatol 1996; 106: 1287-92.

56-Welzel J, Lankenau E, Birngruber R, Engelhardt R. Optical coherence tomography of the human skin. J Am Acad Dermatol 1997; 37: 958-63.