全光学的手法を用いた老化皮膚における力学特性変化の解析

徳島大学ポストLEDフォトニクス研究所

長谷 栄治

Extracellular matrices such as collagen and elastin are important factors that determine the mechanical properties of the skin. Therefore, to analyze the mechanical properties of the skin, it is desirable to visualize their distribution and measure the mechanical properties at those locations. In response to this need, we developed a new all-optical multimodal imaging technique that combines nonlinear optical microscopy with Brillouin scattering microscopy. This novel imaging technique allows for the simultaneous visualization of three key microscale information, such as collagen, elastin, and elastic modulus, within the same field of view. This approach not only facilitates a detailed understanding of the structural and mechanical aspects of skin but also enhances our ability to assess how these properties change in various conditions, including aging. Such insights are vital for advancing our knowledge of skin biology and could lead to improved strategies for diagnosing and treating skin disorders.

1. 緒 言

皮膚の老化とは、皮膚を構成している個々の細胞の機能 低下であり、表皮、真皮やその結合部、附属器の機能低下 に加え,形態に異常が出ることと定義できる.代表的な症 状として、シワ・タルミの形成やハリの不足、乾燥、疾患 (色素異常, 血管異常, 脂腺異常)等が挙げられる. ここで, シワ・タルミ・ハリという老化による皮膚の外観変化に着 目すると、これらは皮膚の力学特性の変化が強く影響する ものである。したがって、これらの形成や不足のメカニズ ムを調査する、あるいはそれらを抑制・軽減する方法を検 討する上では、皮膚の力学特性を詳細に計測する手法が望 まれる.皮膚の真皮層は、皮膚全体の厚さの大部分を占め ており、真皮層の約70wt%は細胞外マトリックスである コラーゲンが占める.したがって、このコラーゲンの分布 や配向、線維の太さは、皮膚の力学特性を決定する上で極 めて重要な役割を担っている. 老化皮膚においては, 内因 性の自然老化によりコラーゲンが変性・消失する上,外因 性の老化である光老化では、弾性線維であるエラスチンの 蓄積・変性が起こる、これらのことから、老化皮膚の力学 特性を詳細に調査するためには、直径数µm程度のコラー ゲン線維およびエラスチン線維の分布やその状態を高空間 分解で把握した上で、その位置における力学特性を同様に 高空間分解で計測することが望まれる.

そこで本研究では、非線形光学顕微鏡 (多光子顕微鏡)



All-Optical Analysis of Mechanical Properties in Aged Skin

Eiji Hase

Institute of Post-LED Photonics, Tokushima University

とブリルアン散乱顕微鏡を融合した新たなマルチモーダル 光学顕微鏡を開発し、老化皮膚の詳細な力学の可視化を目 指す. 非線形光学顕微鏡では, SHG(第2高調波発生)光 と2光子蛍光という2つの非線形光学現象を画像コントラ ストとしたイメージングがかねてより皮膚科学・皮膚計測 の分野において着目されている¹⁾. SHGではコラーゲン分 子の構造に由来する固有の2次非線形感受率を利用し、2 光子蛍光ではエラスチン分子の自家蛍光特性をそれぞれ利 用することで、真皮層を構成する主要な細胞外マトリック スを選択的に可視化することが可能となる.また、光の音 波による非弾性散乱現象を用いたブリルアン散乱顕微鏡で は、その散乱光スペクトルから測定対象の粘弾性情報を得 られることから近年バイオイメージング分野で注目されて いる²⁾.本研究ではこれらのモダリティを融合し、コラー ゲン・エラスチンの選択的観察を行って皮膚力学特性に大 きく寄与する2つの物質の情報を得た後、ブリルアン散乱 顕微鏡により同一位置の粘弾性率を測定する. これらの計 測を若年皮膚および老化皮膚に対して行い、両者の比較か ら老化皮膚における力学特性変化の原因となる構造や物質 の同定を行うことを研究の最終目標とする.本研究ではそ の前段階として非線形光学顕微鏡とブリルアン散乱顕微鏡 それぞれを独立に開発し、正常な皮膚組織における同一箇 所のマルチモーダルイメージングを行った結果について報 告する.

2. 方法

非線形光学顕微鏡とブリルアン散乱顕微鏡から成るマ ルチモーダル光学顕微鏡の開発の前段階として、それぞ れの顕微鏡を独立に構築して同一試料のイメージングを 行う.図1(a)に開発した顕微鏡装置の概略図を示す.は じめに、非線形光学顕微鏡の光源として波長可変のフェ ムト秒パラメトリック光発振器を用いた(中心波長可変幅 =680-1300 nm, パルス幅=120fs, パルス繰り返し周波 数=80 MHz). エラスチンからの2光子自家蛍光を取得す ることを考慮し, レーザー中心波長は800 nm に設定した. レーザー光は1/2 波長板 (HWP) と偏光子 (P) から成る 出力調整器を経た後, SHG光の偏光依存性をキャンセル するため1/4 波長板 (HWP) により円偏光となるよう設 定した. レーザー光の焦点は, ガルバノミラー (GM), リ レーレンズ, 対物レンズ (OL) によりサンプル上で2次元 スキャンされる. 焦点において発生した前方透過SHG光 成分は, コンデンサーレンズにより集められ, ダイクロ イックミラーおよび光バンドパスフィルター (透過波長中 心 400 nm, 透過幅 10 nm) でレーザー基本波成分を除去し た後, パルスカウンターに接続されたフォトンカウンティ ング型光電子増倍管 (PC-PMT) によってその光強度が計 測される.また、2光子自家蛍光の計測に関しては反射配置を用いて計測した.サンプルから発生した2光子自家蛍光は、入射側と同じ対物レンズによって集められ、同一光路を逆方向に伝播した後、SHG光検出側と同様にダイクロイックミラーと光バンドパスフィルター(透過波長中心450nm,透過幅40nm)でレーザー基本波成分を除去した後、パルスカウンターに接続されたフォトンカウンティング型光電子増倍管によって光強度を計測する.上記セットアップを用いることで、サブ秒〜数秒程度で数百µm四方の視野におけるSHGおよび2光子蛍光強度分布をサブµm程度の空間分解能で画像化できる.

次に、図1(b)に構築したブリルアン散乱顕微鏡の セットアップを示す.光源には波長532nmの狭線幅か つ単一モード発振の半導体レーザー励起固体レーザー



図1 構築した実験装置の概略図 (a) 非線形光学顕微鏡 (SHG および2光子蛍光), (b) ブリルアン散乱顕微鏡

(DPSSlaser)を用いた. レーザー光はレーザー共振器への 戻り光を除去するためのアイソレーターを通過した後, そ のビーム径が拡大され、出力調整される. レーザー光は対 物レンズによってサンプルに集光され、発生したブリル アン散乱光は入射側と同じ対物レンズによって集められ る. この際に集められた反射光には、その大部分を占める 弾性散乱成分であるレイリー散乱光と、典型的にはそれよ り6~8桁程度光強度が低いブリルアン散乱光成分が含ま れている.次に、入射側光路を逆方向に伝播し、1/4波長 板と偏光ビームスプリッター (PBS) により反射光成分を 分岐する.分岐された光は対物レンズによりシングルモー ドファイバー (SMF) に入射され、自作のタンデム VIPA (virtuallyimagedphasedarray)型の分光計に入射する³⁾. VIPAは傾けたファブリ・ペローエタロンと考えることが でき、回折格子に比べて高いスペクトル分解能を持つ一 方, その自由スペクトル範囲 (FSR) は回折格子に比べて 狭く, 典型的な製品では数十GHz程度である. 一方, 生 体試料からのブリルアン散乱による光周波数シフトは可視 光を用いた場合、典型的に数GHzから十数GHz程度であ ることから、これを分光するために適切な素子となる、通 常, VIPAには線状に集光したレーザー光を入射させ, 対 向する反射面により波長に応じて背面から異なる出力角を 持つ複数のビームが生じる.また、前述のようにレイリー 散乱に対して極めて弱いブリルアン散乱光の検出において SN比(信号対雑音比)あるいはSB比(信号対背景比)をよ く測定するため、VIPAのタンデム型直交配置やスリット, リヨフィルターなどの空間マスク・フィルターを設置して いる. このような分光計により空間分散された後方散乱光 スペクトルは高感度な電子増倍CCDカメラ (EMCCD) に よって計測される。この計測について顕微鏡 XY ステージ を走査しながら行うことで、2次元イメージングを行った. カメラの露光時間は1点(ピクセル)あたり100msに設定 した. ここで、ブリルアン散乱光によるスペクトル解析で は、その光周波数シフトΩを測定する.

$$\Omega = 2\sin\frac{\theta}{2}\frac{n\omega_i}{c}\nu\tag{1}$$

ここで、 θ は入射光と散乱光のなす角であり、今回用いた反射配置の場合は $\theta = 180^{\circ}$ となる。nは測定領域の屈折率であり、 ω_i は入射光の光周波数である。また、vは音速であり、このようにブリルアン散乱による周波数シフトは幾何学的・光学的情報に加えて音響学的な情報が含まれている。ここで、音速vは、

$$v = \sqrt{\frac{M'}{\rho}} \tag{2}$$

と書ける. ρは密度であり, M'は縦波弾性率と呼ばれる縦 波音波の伝播に関係するばね定数である. ここで, 生体試 料の大部分は水分であること,また,たんぱく質など特定 の物質においては式(1),(2)において屈折率と密度の増 減が打ち消し合うことから,この周波数シフトの測定から 対象のばね定数に関する情報を得ることが可能となる.

また,測定試料としては,関連するすべての法律,倫理 規定,規制を遵守し,Obio,LLCより提供された健康な白 人女性の正常な腹部皮膚をミクロトームで厚さ8μmの凍 結切片に切り分けた皮膚切片を用いた.測定の際にはPBS (リン酸緩衝生理食塩水)を試料切片に滴下し,ウェット な状態で測定した.

3. 結果と考察

3.1. 皮膚断面切片のブリルアンイメージング

これまでに、SHGおよび2光子蛍光を用いた皮膚試料 の観察に関する様々な研究が行われており、コラーゲン・ エラスチン分布の選択的観察ができる特徴の有用性がex vivo, in vivoの両面から確認されている. 一方, ブリル アン散乱顕微鏡による生体試料の観察については、その 大部分が胚やin vitro培養細胞における観察への応用であ り、皮膚組織の観察に用いられた例はほとんどない、そこ で、準備実験としてブリルアン散乱顕微鏡を用いた皮膚 断面切片の観察を実施した. 図2に実験結果を示す. 図2 (a) および(b) は皮膚断面切片の明視野像であり、画像上 方向が表皮側である.図2(b)の拡大像において、表皮か ら真皮の範囲の皮膚組織が視野内に存在していることがわ かる.次に、図2(c)は図2(b)中の赤破線枠の領域をブ リルアン散乱顕微鏡で測定し、各点のブリルアンスペクト ルからブリルアン散乱の周波数シフト量を非線形カーブフ ィットで得た後、その値をプロットしたブリルアンシフト 画像である。現状の装置では1点(1ピクセル)あたりに 露光時間とステージ移動時間を含めて数百ms程度要する ことから 60µm*150µm の領域を 20 ピクセル*50 ピクセル で粗く画像取得した.実際にはNA=0.7の対物レンズを 波長 532 nm にて用いているため焦点スポット径はサブµm となっていると考えられ、音響フォノンの平均自由行程も 生体試料の場合はそれと同程度であることから、この条件 は離散的な空間サンプリングとなっている. 図から, 表皮 の角質層ではブリルアンシフトが高くなっており、顆粒層 - 有棘層-基底層にかけてはシフト量が次第に減少してい く様子が可視化されている.一方,真皮層では視野内にお いて最もブリルアンシフトが高くなっていることが確認で きた. また, 最上部の青色の部分は試料が存在しない箇所 である.以上のような結果は、先行研究において原子間力 顕微鏡や超音波顕微鏡を用いた皮膚断層の弾性率イメージ ングを行った結果とよく一致していた^{4,5)}. そのため、ブ リルアンシフトイメージングで得られた結果についても, ブリルアンシフト量がその位置における弾性率に比例して



図2 皮膚断層切片のブリルアンイメージング結果 (a)明視野像,(b)明視野拡大像,(c)ブリルアンシフト画像





図3 皮膚断層切片のマルチモーダルイメージング結果 (a)明視野像,(b)SHG(緑)および2光子蛍光(赤)画像,(c)2光子蛍光画像,(d)SHG画像, (e)ブリルアンシフト画像.

おり,ブリルアンシフト量を指標とすることで皮膚の弾性 率分布の可視化に応用できることがわかった.

3.2. 真皮断面切片のマルチモーダル光学イメージ ング

ブリルアンシフトを用いた皮膚弾性率イメージングにお いてその有用性が確認できたので,同一の試料の同一箇所 における SHG, 2 光子蛍光およびブリルアンイメージング を行った. 試料は先程と同様に皮膚断面切片を用いたが, コラーゲンおよびエラスチンの可視化のため真皮層に着目 してイメージングを行った. 図3に実験結果を示す. 図3 (a) は皮膚切片の明視野画像であり,赤枠を SHG および 2 光子蛍光により非線形光学イメージングしたものが図3 (b) である. 画像視野は137µm四方,画像サイズは128

ピクセル四方である.疑似カラーとしてSHG強度を緑色, 2光子蛍光強度を赤色で重ねて表示している. どちらの現 象でも線維状に存在するコラーゲン、エラスチンが高コン トラストで可視化されていることがわかる. また, ブリル アン散乱顕微鏡では図3(b)中の白破線枠で囲った領域を イメージングし、ブリルアンシフトを解析して画像化した ものが図3(e) である. ブリルアンイメージングは50µm 四方領域を50ピクセル四方で取得した.また、比較のた め図3(b)の同一領域における2光子蛍光,SHG強度の 分布を別々に画像化したものを図3(c)および(d)に示 す.SHG.2光子蛍光.ブリルアンシフトの比較から、ブ リルアンシフトの大小はエラスチン(2光子蛍光)分布よ りもコラーゲン (SHG) 分布を反映した分布となっている ことが確認できる.実際に生体由来の単離したコラーゲン およびエラスチン線維それぞれを引張試験した先行研究で は、コラーゲンの弾性率がエラスチンの弾性率より典型的 に3桁程度高い値であることが確認されている⁶⁾. したが って、今回のイメージング領域におけるブリルアンシフト の変動はコラーゲンの持つ高い弾性率に起因する分布であ ると考えられる. また, 図3(e) では1µm/pixelの高空間 分解な計測によりブリルアンシフト画像において線維状の 構造も確認できる.図3(d)と(e)の比較により、これは コラーゲン線維の存在を反映した分布となっていると考え られ,組織中において直径数µmオーダーで存在するコラ ーゲン線維の弾性率分布が高空間分解に可視化できたと考 えられる.以上のような結果から,SHG・2光子蛍光・ブ リルアン散乱を用いたマルチモーダルイメージングの皮膚 計測における有用性が確認できた.

4. 総 括

本研究課題は、皮膚の力学特性を調査するための新規な 光学顕微鏡の開発に関する研究内容である.これまで、皮 膚の力学特性を測定する手法のほとんどは皮膚表面のみ (非3次元)の情報かつ低空間分解能でのマクロな測定で あったことから、老化皮膚の力学特性変化に関する知見は 十分に蓄積されていない.特に、力学特性計測法の空間 分解能あるいは画像視野の制限から、光学顕微鏡像で得ら れるような形態学的情報と力学特性とを適切に関連付ける ことは困難であった.一方、申請研究では、全光学的手法 の利用によりサブµm~数µm程度の高空間分解能で同一 視野におけるコラーゲン・エラスチン・弾性率という3つ のミクロ情報の可視化に成功した.加えて、本手法は非 接触、ラベルフリーで分子選択的かつ外力の付与なく力学 特性が計測でき、さらに原理的には3次元空間の計測可能 であることから、本研究で得られる知見の新規性は極めて 高く,かつ化粧品・薬品や美容器具開発といった皮膚老化 分野において有用であると考えられる.例えば、すでに知 られているような老化によるコラーゲン・エラスチンの変 性・消失あるいは蓄積、真皮乳頭層の喪失といった形態学 的変化が、実際に局所的な力学特性にどのような影響を与 えているのかを知ることができれば、適切な薬効を持った 化粧品・薬品開発に応用できると考えられる.さらに、将 来的には本手法を従来の力学特性計測手法と組み合わせれ ば、ハリ・シワ・たるみといった老化に伴う外観のマクロ な変化が、コラーゲン・エラスチンといった個々の物質の ミクロな観点からどのような影響を受けているのか調査で きると期待される.また、社会的な側面からは、少子高齢 化が進むわが国において健康寿命の延伸、あるいは国際的 に評価の高いわが国のコスメトロジー産業の更なる振興に 貢献するものと考えられる.

謝 辞

本研究の実施にあたり、ご支援いただきました公益財団 法人コーセーコスメトロジー研究財団様に深く感謝申し上 げます.

(引用文献)

- 1) Campagnola PJ, Dong CY. Second harmonic generation microscopy: principles and applications to disease diagnosis. Laser Photonics Rev. 5, 13–26, 2011.
- Prevedel R, Diz-Muñoz A, Ruocco G, Antonacci G. Brillouin microscopy: an emerging tool for mechanobiology. Nat. Methods 16, 969–977, 2019.
- Scarcelli G, Yun SH. Confocal Brillouin microscopy for three-dimensional mechanical imaging. Nat. Photonics 2, 39-43, 2008.
- Miura K, Yamashita K. Evaluation of aging, diabetes mellitus, and skin wounds by scanning acoustic microscopy with protease digestion. Pathobiol. Aging Age Relat. Dis. 6, 1516072, 2018.
- 5) Achterberg VF, Buscemi L, Diekmann H, Smith-Clerc J, Schwengler H, Meister JJ, Wenck H, Gallinat S, Hinz B. The nano-scale mechanical properties of the extracellular matrix regulate dermal fibroblast function. J. Invest. Dermatol. **134**, 1862–1872, 2014.
- Muiznieks LD, Keeley FW. Molecular assembly and mechanical properties of the extracellular matrix: A fibrous protein perspective. Biochimica et Biophysica Acta 1832, 866–875, 2013.