画像処理の最近の進歩 -動画解析-

寺川 進

はじめに

最近の光学顕微鏡応用技術の新しい展開には眼 を見張るものがある。細胞内の化学的変化を形態 の上に描き出したり, 生理的反応を形態変化とし て直視したり、一個の分子の運動、回転などを計 測したり, 様々な研究法が開発され成果を上げて いる1.2)。光学顕微鏡は電子顕微鏡の分解能には及ば ないが、反応のダイナミクス(時間変化)を解析で きる点が大きな利点である。このような応用を支 えているものとして, いわゆる画像処理の技術が ある。この画像処理法も急激な発展をしてお り3, その内容は大変幅広く豊富になった。実際, 画像処理のひとことでは表しきれなくなった感が ある。ここでは、画像処理の中でも、光学顕微鏡 法によって得られる動的な画像を解析し細胞内の 物理的化学的変化を研究するための手段として使 われる処理法について、そのいくつかを整理して 解説したい。さらに、画像の記録法と、新開発の 光学顕微鏡手法についても、併せて解説したい。

I. 画像処理

1. 画像の数値化(digitization)

イメージとは明るさをもつ点が縦横 (X-Y)に並んだ集合のことで、2次元のマトリックスである。画像処理とは、このマトリックスをコンピューターによってディジタル処理することである。明るさをマトリックス要素としての数値に換える時には、分解能が問題となる。同じ面積のイメージをいくつの点に対応させるか、また、最高いくつの数字までが各点の明るさとして対応させられるかとい

う問題である。ともに大きければ大きいほど精度が高いことになるが、現段階での分解能限界と処理速度限界がある。通常、点の数は500×500個程度(実際は512×480など装置によって異なる)、明るさの分解能は256階調(8ビット)で、1枚の白黒イメージの情報量は250Kバイトで取り扱われる。動画は、時間tとともに変化するマトリクスの集合であり、立体はZ方向に集めたマトリクスの集合ということになる。1200×600以上(ハイビジョンクラス)の解像度をもつカメラや画像処理装置もあり、16ビット相当の精度を持つ装置も現れているが、まだ高価であり汎用には使いにくい。汎用画像処理装置において可能な、2次元マトリクスの集合に対する処理としては次のようなものがある。

2. 画像差分增幅

細胞や組織における物理化学変化は、色々な光 の変化として捉らえることができる。化学物質の 吸収や蛍光を直接分光学的に検出する方法、物質 の構造に応じた, 散乱, 旋光, 複屈折, 二色性な どを調べる方法、特別な化学状態に応じて色や強 度を変化させる蛍光試薬や, 反応性物質を標識と して結合させたリガンドや抗体、化学発光試薬な どを使う方法など,多くの光学顕微鏡的に応用で きるものがある。このような光の変化が元の明る さに対して、1/1000しかないといったように、非常 に小さい時にはこの小さな信号を忠実に再現する ための高い分解能(16ビット)で記録するか、小さ な部分を増幅して8ビットでも見えるようにする必 要がある。後者の方法で小さな変化を画像的に可 視化するのには差分増幅を用いる。原理はアナロ グ信号における微小信号の抽出と同じである。元 の大きさの分のゲタを差し引き, 残余分を一定の

浜松医科大学光量子医学研究センター

倍率で拡大して8ビット表示する。初めの画像を記憶させ、そのあとから入る連続的な各画像から初めの画像を差し引きし、その結果の数値をかけ算表を使って大きくする。膜電位色素の反応、脳下垂体後葉のホルモン分泌 4 、脳興奮の可視化などに使われる。この機能はARUGUS (浜松ホトニクス)、イメージ Σ (アビオニクス)、PIP (ADS)などの画像処理装置に載せられている。

3. 画像加算平均

何枚かのイメージ・マトリクスを足し合せて一 枚のイメージとする処理である。動画のなかの固 定したイメージを抽出できる。イメージに含まれ るランダムノイズを消す目的でよく使われる。こ れだけを専門にする簡易型画像処理装置もある。 動画に対しては, 平均の対象とする画像を常に新 しいもので更新していく手法がある。直前のイ メージに、その画との変化分を指定の画像枚数nで わり算したものを加えるという演算である。これ をローリング・アベレッジ (rolling average)という。 nは時系列に従って平均化する際に、過去の画と最 新の画の重みの配分を決める。ランダムノイズの 多いある程度変化していく画像をきれいにみるこ とができる。しかし、速く動いたり変化したりす る動画に対してこの処理をおこなうと、動く部分 が平均化され、尾を引いたような残像ができ、鮮 明さは失われる。この性質を積極的に利用すれば、 動画の中の固定した部分の像を抽出する機能とし ても使える。暗い蛍光像などを撮る時には便利な 機能である。暗い像はフォトン数が少ないので、ノ イズが多くなる。きれいなイメージを撮るには、カ メラの受光部においてフォトンの効果を蓄積する か、時間をかけてたくさんのイメージを得てそれ を加算する。一般に、暗い対象(高倍率像)を高速 高分解能で精度よく撮ることには限界がある。

4. 動画の時間微分処理

動画は時間変化するイメージであるが、変化の中にもゆっくりとしたものと速いものとがある。 時間微分処理によって速い変化のみを取り出して 表示することができる。連続したイメージにおい て一つのイメージとその直前のイメージとの差を リアルタイムに連続表示すると、微小時間におけ る変化分のみが抽出され、近似的には微分をした ことになる。時間間隔をおいたイメージとの差を 表示すると遅い変化も現れてくる。変化した部分 を抽出し、さらに、その結果にかけ算をほどこす と、画像のAC増幅ができる。AC増幅はオーディ オなどのアナログ信号処理でごく一般的に使われ, いわゆるコンデンサー結合を介せばよいのである が、動画像の信号線においてコンデンサー結合をす ると, 画面横方向の空間微分になる。時間微分は, 読み書きが同時にできる画像メモリーを使って初 めて実現できる。この機能は、はじめ筆者と浜松 ホトニクスの細田によって開発され、浜松ホトニ クスの大型画像処理装置 C-2000 に搭載された⁵⁾。現 在は、ARGUS-20に sequential subtraction として入れ られて、きわめて小型化し簡便になった。この機 能は細胞の開口分泌(エキソサイトーシス)反応を 抽出しその数を数えるのに大変都合がよい 5 (図 1)。

5. 輝度ヒストグラム

ある一定の領域の点のそれぞれの明るさの分布 ヒストグラムを作らせることができる。256階調(8 ビット)の中で、どの明るさの点がいくつあるかと いう表である。これは、イメージ内の明るさの差 が大きいか小さいかということを調べるのに使え る。平滑なイメージか、凸凹なイメージかの区別 がつけられ, その程度が定量化できる。著者らは, 大脳ニューロンのグルタミン酸中毒による核内変 化をこの方法で定量的に計測した(図2)。細胞内の 分泌顆粒が多数運動している場合にも, 上記の時 間微分処理で運動を抽出し, その結果のイメージ の輝度ヒストグラムを使って、その運動の程度を 定量化した。この機能は画像処理装置によって処 理時間が異なり、速いものは専用のハードウェアー を内蔵して、33ミリ秒のうちに完了するが (PIP-4000), あまり速さを求められない場合が多く, 連続処理ができない装置が多いようである。図は

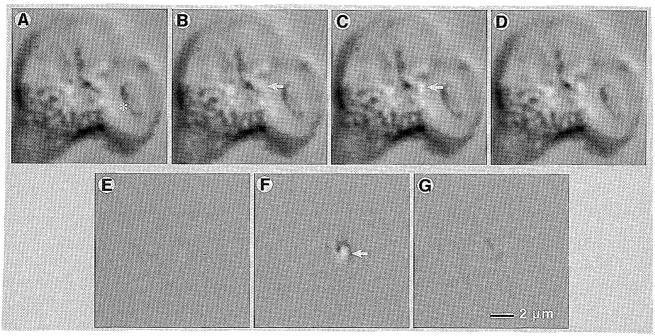


図1 好中球のファゴサイトーシスに伴って起こるエキソサイトーシス反応

 $A \sim D:33$ ミリ秒間隔で捉えた微分干渉モードでの連続画像。好中球がザイモサン(星印)を呑み込んだところ。食胞辺縁にある顆粒が急速な明るさの変化を示すのがエキソサイトーシス反応である(矢印)。 $E \sim G:同じ連続画像を記録したテープを時間微分処理したもの。変化分のみが現れる。変化のないところは灰色で、明るくなったところは白く、暗くなったところは黒く現れている。<math>A \sim D$ の隣合う画像間の差に128の数値を加えた(E = B - A + 128)。[洲崎,寺川,升島らによる]

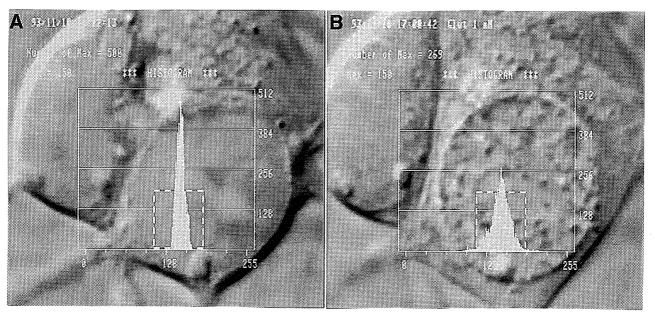


図2 ヒストグラム処理

培養大脳ニューロンの核に対するグルタミン酸の効果を定量化した。微分干渉像とヒストグラムが重ねてある。 A: グルタミン酸投与前。点線で囲んだ領域の画素の明るさ分布を示す。 $B: 1 \, \mathrm{mM}$ グルタミン酸投与 35 分後。同じ領域の明るさ分布を示す。ヒストグラムの横軸は明るさ(256 階調),縦軸は画素の数を表す。[池田と寺川による]

顆粒の運動性の程度を表すヒストグラムである。

6. ラベリング処理

エキソサイトーシス反応などは、微小な顆粒 $(0.2\sim1.0\,\mu\mathrm{m})$ の急速な明るさの変化 $(10\sim100\,\mathrm{ms})$

となって現れる。このような反応の数を数えて定量化するにはラベリングという画像処理機能を使う。これは、画面上の点、穴、島などの孤立した形の数を数える機能である。画面上にある穴が、左

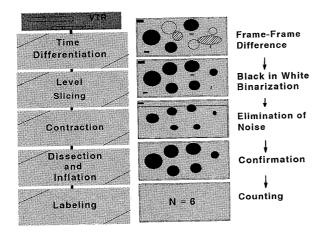


図3 エキソサイトーシス反応数を自動的に計測す るための画像処理ブロックダイアグラム 左は画像処理名, 中央は対応した画像の変化, 右は 画像処理の内容を示す

上から右下への順に数えた時に何番目にあるのか という番号を各穴に着けて表示したり、各点の番 号に相当する明るさでその穴を表示したりできる。 最後の穴の番号は穴の総数となる。ラベリングは 2値化した画像に対して実行できる機能である。エ キソサイトーシスをした顆粒の形を周囲の背景と は異なるものとして2値化して取り出せれば、これ を穴として計数できる。このために、ラベリング の前に、微分処理によりエキソサイトーシス反応 を抽出し、これをある閾値で2値化する。実際には エキソサイトーシスでない画面の細かなノイズを 穴の"縮小処理"で消す。このような前処理のス テップが多く、ラベリングのアルゴリズム実行時 間も長いので、実際の処理には0.5秒ほどかかる。 エキソサイトーシス反応の数を計測するための処 理順を図3に示す。

7. デコンボリューション・スライシング

通常の明視野光学系で蛍光観察などをすると, フォーカス面前後にある像も重なってしまい, 鮮 明な画像にならない。これに対して, 共焦点レー ザー顕微鏡を使うと、標本の光学的な断層像が捉 えられ、重なりが減少して鮮明な画像となること はよく知られている。共焦点型でない通常の顕微 鏡像でも, 画像処理によって鮮明にする手法があ る。フォーカスを観察したい面とその前後に一定 距離ずらして、計3枚の画像を記録する。それぞれ の画像には, 互いにぼけた画像が重なっている。こ の重なりを理論的に解きほぐすデコンボリュー ション演算を用いた計算処理があり、ずらした距 離,使用した対物レンズの倍率,開口数(NA)など の値を用いて、中央の面の画像から重なりを除い て鮮明にすることができる。そのプログラムを載 せた画像処理装置が専用機として売られている(セ キテクノトロン, Delta Vision)。

8. 超高速画像処理装置

画像処理の内容には色々なものがあるが、単一 の処理では目的とする結果が得られない場合が多 い。動画に対して時々刻々必要な処理をして情報 を取り出していくためには、処理速度が速くなけ ればならない。現在一般的に入手できる画像処理 装置では、個々の演算処理は33ミリ秒をクロック として実行するように設計されている。すなわち、 連続ビデオ画面の一駒が更新されていく間(ビデオ レート)に、一つのかけ算や2値化などの処理が完 了する。これに対して、DSPプロセッサーや、パ イプラインプロセッサーを持つ画像処理装置 (Sony, SVS-200; Sumitomo, 画像処理ICシリーズ) は、演算が高速で、処理によっては33ミリ秒の間 に何ステップも実行できる。複雑な処理を連続的 に行う必要がある場合には、このような画像処理 装置を使うことを考えなければならない。これら の装置の制御にはC言語を必要とするなど、使用 法が容易でないのが難点である。

Ⅱ. 画像入力のための光学顕微鏡法の新展開

1. 多重光顕法

微分干渉法は形態を詳細に観察するのに向いて いるが、蛍光プローブを使う Ca 反応などの観察を することはできない。 顕微鏡としては、 微分干渉 モードと蛍光モードは切り換えることができるが, 反応によっては形態と、蛍光像を同時に観察した い場合がある。これを、実現するのが多重光顕法 である。波長の違う光や偏光状態の違う光は同じ

光路に通しても適当なフィルターで分離できると いうことを利用する。木下らはダブルマイクロス コピーとも呼んでいる60。その一つが微分干渉法と 蛍光法の同時観察である。我々は, これを高倍率 で実現した⁷⁾。微分干渉用に650±20 nmの光を一方 から標本に当て,落射蛍光用に380±5 nmの光を他 方から標本に同時照射する。650 nm の透過光と同 方向に現れる500 nm 近辺の蛍光とを、ダイクロ イック・フィルターによって分離し、それぞれの 光を二つの別々の ICCD カメラによって捉える (図 4)。Ca反応と分泌顆粒のエキソサイトーシスの同 時観察、蛍光プローブを用いたエキソサイトーシ スの証明、エキソサイトーシス時の細胞膜の変化 の測定などができた。同じ方法は、異なる蛍光波 長帯をもつ二つの蛍光プローブの観察にも用いる ことができ、Caイオンと Naイオンの濃度変化の同 時観察などが可能になっている。

2. 高開口数対物レンズ

光学顕微鏡の分解能は光の回折理論から決まり, 分解できる2点間の距離をdとすると

$d=\lambda/(NA_{obj}+NA_{cond})$

となる。ただし、λは使用する光の波長、NAobiは 対物レンズの開口数, NAcond はコンデンサーレンズ の開口数である。これまで、顕微鏡レンズの開口 数は油浸レンズにおける NA=1.4が最も高いもので あり、これより高いものは製作できないとされて きた。鈍角でレンズ表面に当たった光は全反射の ためレンズ内には入射できず有効な光にならない ことがその限界となる。しかし、レンズの材質の 屈折率が高ければ全反射の臨界角が大きくなり、こ れまで入射できない角度でも入射するようになる。 そこで我々は、高屈折率のガラスを研磨すること により NA=1.65 のレンズを作りだすことに成功し た。水中に置かれた標本ではカバーガラスに光が 入射しなければならず、カバーガラス表面でも入 射角を広げなければならない。従って, このレン ズを使う時は、カバーガラスも、油浸用の油もと もに、高屈折率の材質を使わなければならない。コ

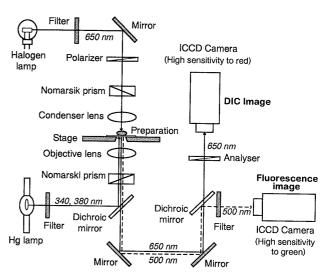


図4 微分干渉像と蛍光像の同時観察のための二重 光顕法

ツアイス倒立型顕微鏡にダイクロイックミラー, フィルター等を加え,アナライザーの位置を動かして 実現した。1万倍の倍率で観察できる。

ンデンサーレンズも対物レンズと同じものを用い、450 nm の光に対して計算上の dをこれまでの 0.161 (実際は 0.20 ぐらいであった)から $0.136 \mu \text{m}$ に改善することができた。画像処理によって分解能が改善する分を考慮すると、 $0.10 \mu \text{m}$ のものが見分けられるようになったといえる。このレンズを使うと小腸上皮細胞のマイクロビリがかなりよくみえる(図 5)。

2点を分解するには 100 nmが限界であるが、1点の位置というものはもっとよい精度で決定できる。ある微小な点のイメージは回折理論から決まる広がりをもっている。その広がりから画像処理的に重心を求められるからである。この方法によって、レセプターや膜分子に結合させた小さなビーズの位置が1 nm の精度で測定されている^{8,9}。

Ⅲ. 画像の記録

1. 動画記録

動画の記録としては一般にビデオテープが使われる。その記録のフォーマットは VHS, Hi8, S-VHS, W-VHS, コンポーネント, ディジタル, ハイビジョン等色々である。おおむねこの順序で画質がよくなり, 同時に高価になると考えてよい。筆

46

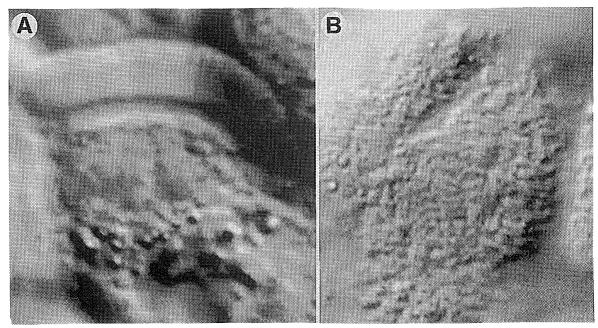


図5 NA=1.65 の微分干渉用対物レンズを使用して観察した、モルモット小腸上皮細胞の微絨毛 (microvilli) A:一個の細胞の側方断面図。B:微絨毛上面の俯瞰図。

者は現在、S-VHS編集機を使用している。入出力 されるビデオ信号の形式はハイビジョン以外では 共通で、日本とアメリカではいわゆる NTSC 規格で ある。ヨーロッパではPAL規格となっており、日 本で録画した VHS テープを持っていってもヨー ロッパのビデオプレーヤから画は出ない。あらか じめ変換が必要である(ナショナル, NV-W1を使 うとよい)。駒撮りには、ビデオ・ディスクレコー ダーが向いているが、安価なテープ式でも性能の よいものがある(ビクター, BR-S925)。テープに 撮った画像は、ビデオ取り込みボードや画像処理 装置のコンピュータインターフェースを介してディ ジタイズしてコンピューターファイルとし、光磁 気ディスクなどに記録する。これらの画は Photoshop や Persuasion といったプログラムを使っ て図やスライドに加工できる。

2. 多重記録法

動画記録としてのビデオレコードに様々な情報を追加したくなることがある。例えば、実験時刻、温度、実験条件、対物レンズ焦点の位置、刺激のタイミングや大きさ、矢印などがあり、さらに平行して行っている実験のデータなどもビデオテー

プに同時記録できれば便利である。これらの一部 は、画像処理装置の文字入力機能によって実現で きる。コンピューター (PC) で制御のできる画像処 理装置では、PCからのキー入力で画像処理装置の オーバーレーメモリーに線画やアルファベットを 書き込むことができる。PC側で、時刻や温度、刺 激のタイミングなどを必要な時に画像処理装置に 送れば出力ビデオに重ねられる。速い信号をビデ オに書き込むには、マシン語などで PCの画面に直 接結果を出力し、その画面とビデオ信号を合成(スーパーインポーズ)する方法がある。コンピュー ター用のさし込みボードにもスーパーインポーズ の機能を持つものがある。また、FFT解析装置など の特別な計測器はビデオ信号を出力するものがあ り、ビデオ画面を分割して同時記録することがで きる。画面の分割には監視用に作られた専用機や, ビデオエフェクター(またはビデオミキサー)を使

おわりに

生きている細胞や組織内にある化学物質は固定 的にそこにあるのではなく,動的な平衡のもとに 存在する。生化学的な反応式や分子生物学的な経 路図で示されるような様々な物質の動的変化を捉 えることが、これからの組織化学に求められてい

文 献

- 1) 寺川 進: 高速画像処理による細胞生理機能の可 視化. 生物物理, **30**: 10-16, 1990.
- 2) 寺川 進: 神経伝達物質の開口放出. 吉岡 亨他編, シナプス伝達のダイナミクス (情報生物学シリーズ), pp.71-90, 培風館, 東京, 1995.
- 3) 寺川 進: 光学顕微鏡の限界を広げる ビデオ顕 微鏡 —. 実験生物物理(丸善アドバンストテクノ ロジー・シリーズ),石渡信一編,pp.45-80,丸 善,東京,1993.
- 4) Terakawa S, Nagano M: Visualization of secretory activities in the Xenopus neurohypophysis by a high S/N video camera. Brain Res, 435: 380-386, 1987.
- Terakawa S, Fan J H, Kumakura K, Ohara-Imaizumi M: Quantitative analysis of exocytosis directly visualized in living chromaffin cells. Neurosci Lett, 123: 82-86, 1991.

る。このためには、化学物質に対する新しい選択 的プローブの開発と、動的画像処理法のさらなる 発展が待たれるところである。

- 6) Kinosita K Jr, Itoh H, Ishiwata S-I, Hirano K-I, Nishizaka T, Hayakawa T: Dual-view microscopy with a single camera: real-time imaging of molecular orientaitons and calcium. J Cell Biol, 115: 67-73, 1991.
- 7) Suzaki E, Terakawa S, Kataoka K: Real time analysis of exocytosis and cellular Ca²⁺ during phagocytosis in neutrophils. Acta Histochem Cytochem, **26**: 484, 1993.
- 8) Kusumi A, Sako Y, Yamamoto M: Confined lateral diffusion of membrane receptors as studied by single particle tracking (nanovid microscopy). Effects of calcium-induced differentiation in cultured epithelial cells. Biophys J, 65: 2021–2040, 1993.
- 9) Sheetz MP, Turney S, Qian H, Elson EL: Nanometre-level analysis demonstrates that lipid flow does not drive membrane glycoprotein movements. Nature, 340: 284–288, 1989.