コンピューター立体画像解析装置による視神経乳頭上の 個々の点における深度測定の再現性

富田 剛司,北澤 克明

岐阜大学医学部眼科学教室

要 約

コンピューター画像解析装置 Humphrey Retinal Analyzer を用いて, 視神経乳頭上の各点の深度測定の再 現性を検討した. 良好な乳頭同時立体画像を取得できた5例8 眼を対象とし, 各眼から1 画像を選び3 次元解 析を2回行ない, それぞれ乳頭上の300前後の各点の深度測定結果を得た. これらを基に, 乳頭中心点の測定の 再現性を変動係数を求め検討し, さらに乳頭上の全測定点の測定結果の差の絶対値を求め, 各眼につき, 中央 値, レンジ, 95パーセンタイル値を求めた(Intra-image study). また別の1 画像を1 回解析し, 先の画像の 解析結果と上記と同様の比較を行なった(Inter-image study). Intra-image study では, 乳頭中心点の測定 の変動係数は平均3.4%, 測定点の差の絶対値の95パーセンタイルは平均43µm であった. Inter-image study では, それぞれ11.2%, 70µm であった. 今後乳頭所見を多数点の深度で評価する上で有意義と思われた. (日 眼会誌 95:348-353, 1991)

キーワード:画像診断, 視神経乳頭, コンピューター, 緑内障

Reproducibility of Three-dimensional Point by Point Measurements on the Optic Nerve Head Surface Using A Computerized Image Analysis System

Goji Tomita and Yoshiaki Kitazawa

Department of Ophthalmology, Gifu University School of Medicine

Abstract

The reproducibility of topographic measurements of the optic nerve head was studied using a prototype Humphrey Retinal Analyzer system (Allergan Humphrey SKB, San Leandro, CA). Digital simultaneous stereographic images were obtained using programs in the Analyzer. The analyzer expressed the results in terms of microns of elevation at approximately 300 locations on the optic nerve head surface. At least 3 separate stereoscopic digital images were made of each of 8 eyes of 5 subjects. One randomly selected image of each disc was analyzed twice in order to determine intra-image reproducibility, and topographic analyses of two randomly selected images of each disc were compared to estimate the inter-image variability. We calculated the coefficients of variation (CV) of measurements at the center point of the optic disc. Further, we computed the absolute value of the difference in the degree of elevation among the measured locations on the optic disc and calculated the median and 95 percentile value of that group of approximately 300 differences. The CV, medians, and

(平成2年7月20日受付,平成2年8月6日改訂受理)

別刷請求先:500 岐阜市司町40 岐阜大学医学部眼科学教室 富田 剛司

Reprint requests to: Goji Tomita, M.D. Department of Ophthalmology, Gifu University School of Medicine. 40 Tsukasa-cho, Gifu 500, Japan

⁽Received July 20, 1990 and accepted in revised form August 6, 1990)

平成3年4月10日

the 95 percentile values thus obtained for the 8 discs ranged from 0 to 6.1%, from 6 to 20μ m, and from 20 to 69μ m, respectively for intra-image reproducibility. Those for inter-image reproducibility ranged from 1.5 to 59.1%, from 6 to 33μ m, and from 36 to 92μ m, respectively. (Acta Soc Ophthalmol Jpn 95 : 348-353, 1991)

Key words: Image analysis, Optic nerve head, Computer, Glaucoma

I 緒 言

コンピューターを利用した3次元画像解析装置を用 いて乳頭陥凹所見を定量的に解析し, 緑内障の早期診 断や経過観察に応用する試みが近年盛んになりつつあ る。コンピューター画像解析による陥凹所見の指標と して, C/D 比や陥凹体積, 辺縁面積等のいわゆる乳頭 パラメーターがよく用いられており, これらの測定結 果の再現性は良好である1)~7).しかしながら、画像解析 装置による陥凹縁の決定は、乳頭縁あるいは乳頭最高 部より一定値低い部分という定義に基づいて実行され ることが多く、検眼鏡的に血管の屈曲部を陥凹の始ま りとしてきた従来の見方とは異る。また、正常眼と緑 内障眼の間で従来の乳頭パラメーターの値にオーバー ラップが多く特異性が低いために, 緑内障診断上の有 用性については疑問とされている8). このような理由 から,乳頭パラメーターを計測する代りに自動視野計 による網膜光感度識別閾値測定のように,乳頭の各点 における深度の測定結果のみ表示し、より限局した部 位あるいは個々の点での乳頭変化を解析していくべき であるという意見がある8)9). しかしながら個々の計測 点での測定の再現性を検討した報告は、知り得た限り では現在までに Quigley らのグループから出された もののみである10).今回我々は、コンピュータ画像解析 装置である Humphrey Retinal Analyzer のプロトタ イプを用い、乳頭上の個々の点での深度の測定結果の 再現性について検討したので報告する.

II 装置の概要

今回使用した Humphrey Retinal Analyzer (Allergan Humphrey SKB, USA, 以下 HRA) は, Fundus Imager と呼ばれる画像取得のための光学部と, 画像を 解析する Retinal Analyzer の大きく 2 つの分部で構 成される (図1). 画像は CCD カメラにて光学部を通 して取得され, $80 \times \pi / (1 + 0) - \pi / (2 + 0)$ 的に記録される. また, 容量 $800 \times \pi / (1 + 0) - \pi / (2 + 0)$



図1 Humphrey Retinal Analyzer のブロックダイ アグラム.

を永久保存できる(図2).本装置の特徴的な点は,画 質の向上のために,画像取得時に眼球の軸と光軸とが できるだけ一致するように角膜頂点の反射を利用した 特殊な眼球アライメント法を使用していることと,眼 底照明をスリット光の走査で行ない,眼底からの不整 反射を少なくする配慮がなされている点である¹¹¹. HRAでは,眼底の同時立体像の他に無赤色光による 網膜神経線維層撮影や蛍光眼底造影も可能である.

視神経乳頭の3次元解析を行なうには,Fundus Imagerを通して取得された乳頭の同時立体像を画像 データベースから呼出した後,解析プログラムを用い て実行する。検者はまず乳頭縁を8点以上マニュアル でマークし,装置による乳頭縁のトレースを補助する。 乳頭縁の決定が終了すると,自動相関法¹²⁾を用いて立 体撮影により生じた画像の"ずれ"の距離が計算され, これをもとに乳頭上の300点以上の各点の深度が計算 される。解析が終了すると,各点の深度はワイヤーフ



図2 Humphrey Retinal Analyzer の外観. 画像を取 込む光学部 (Imager) と解析装置 (Analyzer) に大 別される. これらは中央にあるコンピューターによ りコントロールされている.

レーム状に表示されるとともに、乳頭縁より120 μ m 低 い部分を陥凹の縁として、その形状が示される(図3). しかしながら、C/D 比、陥凹体積などのいわゆる陥凹 パラメーターは表示されず、volume profile map と呼 ばれる各点の深度を示した図が、プリントアウトされ るのみである(図4). 深度は現在のところ Gullstrand の標準眼に準拠した値として示される.

III 対象と方法

HRA にて同一日に3組以上の良好な視神経乳頭同時立体画像が取得できた症例のうち,5例8眼を無作

為に選び対象とした.内訳は,緑内障7眼,正常1眼 であった.

方法として,まず各症例において同一日に複数取得 した乳頭同時立体画像の中から無作為に1画像を選 び,それを前述の方法で2回解析し,解析結果を比較 する Intra-image study を行なった. 次に, 複数取得し た同一日の乳頭画像の中から Intra-imge study に使 用した画像の他にもう1画像を無作為に選び、それを 1回解析した結果と先に Intra-image study で行なっ た2回の解析結果の内,最初の解析結果と比較する Inter-image study を行なった。それぞれの study にお いて, 乳頭上の各点の解析結果の再現性を評価する手 段として2種類の方法を用いた. すなわち, volume profile map において括弧内で示される(図4)乳頭の 中心点(重心に相当)の解析の再現性を、2つの解析 結果より得られた平均値と標準偏差から変動係数(標 準偏差/平均値×100,%)を求めることにより検討し た. また、各対象眼の乳頭上の測定点すべてについて、 2つの解析結果の値の差の絶対値を,各眼についてそ の中央値、レンジ、95パーセンタイル値を求め、検討 した. 解析結果の値の差を求めるにあたっては、HRA に内蔵される2画像間の個々の測定点の深度差を計算 する Compare Program⁸⁾¹⁰⁾を用いた.

IV 結 果

1. Intra-image study



図3 3次元解析が終了したところを示す.乳頭の wire frame 表示が中央に,乳頭縁 と陥凹縁が左上に示されている.

平成3年4月10日

eye: R picture date(s): 890418

-5944-1354 1264 1174 1354 1264 1624 1444 1084 1354 1984 2884 2884 2074 2254 2614 3604 3424 3244 3244 -747# -18# 171# 117# 27# 90# 171# 135# 90# 117# 167# 207# 189# 126# 117# 216# 360# 378# 351# 342# -5674 -814 454 -274 -904 184 1084 1174 1174 1354 1624 1894 1624 724 634 1894 3424 3694 3604 3514 -558+-180+ -36+-117+-135+ -81+ 36+ 99+ 135+ 141 1624 189+ 135+ 45+ 54+ 207+ 324+ 360+ 369+ 360+ 1730+-252+-126+-126+-117+ -99+ -77 63 126 135 144 144 ap 63+ 99+ 234+ 324+ 378+ 378+ 360+ 270+ 351+ 369+ 351+ 315+ -6481-2341 -991 -721 -721 -63 -81 9 72 108 99 90 63 81 134 36+-225+-189+-153-144 -225 -243 -189 -63 27 63 36 36 99 162 61 297+ 288+ 243+ 225+ -6754-2704-3421 297 -369 -549 -576 -495 -306 -162 -72 -36 -18 72 162 225 807+ 171+ 126+ 171+ -118+-450+-374-495 -639 -837 -855 -747 -567 -396 -252 -135 -54 36 126 153 11 811 451 991 -1001-4861405 -630 -864 -1062-1017-909 -765 -621 -432 -234 -117 9 72 81 90 81. 36. 63. 18 63 99+ 63+ 117+ -918+-486-342 -603 -900 -1035-981 -936 -855 -729 -531 -351 -135 -36 -9 -9091-423 -378 -639 -891 -999 -945 -954 -891 -765 -585 -378 -171 -81 -63 -9 63 17+ 90+ 135+ -918+-333 -387 -657 -846 -927 -936 -909 -855 -729 -558 -342 -216 -144 -117 -27 72 1174 1081 994 -945+-369-432 -657 -837 -927 -918 -855 -792 -693 -522 -342 -234 -189 -153 -45 90 444 108+ 81+ -9364-369-423 -666 -819 -891 -900 -819 -702 (-630)-486-324 -225 -207 -162 -45 117 89+ 144+ 108+ -9 126 89+ 153+ 90+ -9094-304-405 -639 -801 -891 -864 -774 -648 -549 -423 -288 -234 -198 -144 -882+-360 -351 -576 -774 -873 -837 -720 -594 -486 -378 -270 -207 -189 -126 9 126 1351 901 991 -9634-378 -279 -513 -702 -828 -828 -666 -522 -450 -351 -234 -162 -153 -63 54 153 261 451 1354 -101+-315 -207 -405 -558 -693 -711 -603 -477 -405 -297 -171 -99 -81 27 153 216 894 1174 198 -1024-261 108 -216 -342 -486 -576 -558 -477 -369 -234 -99 -36 -9 99 234 297 270 225 288 -333+-171+ -19+ -72 -189 -333 -450 -450 -387 -315 -189 -45 18 45 135 270 31+ 333+ 279+ 396+ 9 -54 -207 -315 -324 -243 -198 -81 36 99 135 207 29 369. 360. 333. 423. -468+-153+ 94 -9 -72 -99 -72 -27 27 108 189 234 234 279 3421 3601 3511 3694 3964 -495+-144+ 27+ 63 387+-153+ 81+ 108+ 63 54 90 153 189 225 270 324 333 333 333 342+ 324+ 360+ 378+ 369+ 5401-1981 814 994 814 1004 198 297 333 324 342 387 370 3604 3514 3424 3604 3874 4144 3964 5221-261+ 90+ 99+ 36+ 108+ 243+ 351+ 349+ 360 369+ 387+ 396+ 387+ 378+ 396+ 423+ 459+ 486+ 468+ 5764-2794 994 994 184 994 2614 3604 3784 3874 3874 3964 4234 4234 4144 4234 4774 5044 5314 5044 -136+-225+ 162+ 180+ 99+ 135+ 279+ 378+ 405+ 405+ 396+ 414+ 432+ 441+ 432+ 423+ 459+ 504+ 513+ 495+ -136+ -90+ 333+ 342+ 306+ 297+ 369+ 441+ 423+ 396+ 387+ 414+ 441+ 423+ 423+ 432+ 432+ 459+ 495+ 540+ 504+

 図4 プリントアウトされた volume profile map. 乳 頭の中心点(重心に相当)の深度は括弧内に示され る.

1回目,2回目の乳頭中心点の深度測定結果におい て,対象眼8眼全体の平均値と標準偏差はそれぞれ,- $303\pm92\mu$ m,- $301\pm101\mu$ mであり,CV(coefficient of variation,変動係数)のそれは $3.4\pm2.7\%$ であった. CVの範囲は、0%から最大6.1%であった(表1).

乳頭上のすべての測定点についての1回目,2回目 の解析結果の差の絶対値について,その中央値は,最 小が 6μ m であり,最大は 20μ m であった.同様に95 パーセンタイルの最小は 20μ m,最大は 69μ m であり, 8眼の平均は 43μ m であった.差の絶対値の最大が200 μ m を越える眼が1例あった(表2).

2. Inter-image study

乳頭中心点の深度測定における CV の平均値は

表1	Intra-	image	study :	乳頭中心点における
深度	「測定約	吉果の羽	下重力	

眼	測定1(µm)	測定2(µm)	CV (%)
1	-277	-257	5.3
2	-108	-108	0
3	-311	-311	0
4	-379	-413	6.1
5	-339	-311	6.1
6	-400	-413	2.3
7	-257	-237	5.7
8	-352	-359	1.4
Mean±SD	-303 ± 92	-301 ± 101	$3.4 {\pm} 2.7$

CV: Coefficient of variation

表2 Intra-image study: 乳頭上各測定点の 深度測定結果の差

89	乳頭上測定点一	2計測値の差の絶対値 (µm)			
眼		中央値	レンジ	95th	
1	247	6	$0\sim$ 47	20	
2	249	6	$0\sim$ 40	20	
3	254	20	$0\sim 61$	47	
4	251	13	$0\sim 94$	36	
5	258	13	$0\sim 74$	41	
6	277	13	0~142	67	
7	314	20	$0{\sim}162$	64	
8	322	13	$0 \sim 237$	47	
Mean±SD		13 ± 5		43 ± 18	

表3 Inter-image study: 乳頭中心点における 深度測定結果の変動

眼	測定1(µm)	測定2(µm)	CV (%)
1	-277	-332	12.8
2	-108	-115	4.4
3	-311	-128	59.1
4	-379	-366	2.5
5	-339	-332	1.5
6	-400	-386	2.5
7	-257	-230	7.9
8	-352	-379	5.2
$Mean \pm SD$	-303 ± 92	-283 ± 111	11.2 ± 18.3

CV: Coefficient of variation

11.2%であった. 8 眼の各 CV 値の内,最小は1.5%, 最大は59.1%であった(表 3).

乳頭上のすべての測定点の解析結果の差の絶対値 は、中央値において、最小が6μm、最大が33μmであり、 352

013	乳頭上測定点	2 計測値の差の絶対値(µm)			
田民		中央值	レンジ	95th	
1	256	20	$0\sim 18$	55	
2	250	6	$0\sim 88$	36	
3	246	27	$0 \sim 149$	92	
4	253	13	$0{\sim}162$	54	
5	268	33	$0 \sim 128$	88	
6	263	20	$0 \sim 122$	74	
7	311	27	$0 \sim 162$	81	
8	- 328	27	$0 \sim 176$	81	
Mean±SD	-	22 ± 9		70 ± 19	

表4 Inter-image study:乳頭上各測定点の 深度測定結果の差

8 眼の平均は22 μ m であった。95パーセンタイルでは、 最小 36μ m、最大 92μ m であり、8 眼の平均は70 μ m で あった。差の絶対値の最大が 100μ m を越える眼が8 眼 中 6 眼あった (表 4).

V 考 按

視神経乳頭の所見を評価する上で従来より用いられ て来た C/D 比, 陥凹体積, 辺縁面積等のいわゆる乳頭 パラメーターと呼ばれるものは, 乳頭の境界と陥凹の 境界という2つの境界を決定することで初めて計算が 可能となる. これらの境界の決定は, 検眼鏡あるいは 眼底写真上で判断する場合, 特に陥凹の境界は乳頭血 管の屈曲が始まる部位とされることが多い. しかしな がら検者の主観等がはいる余地が多く, 検者間のばら つきが問題となってきた⁸⁾¹³¹⁴⁾. これらの問題を解決す べく, 乳頭所見の解析を3次元的, 客観的に行なうこ とが可能なコンピューター化された画像解析装置が開 発され, 再現性の良好な乳頭パラメーターの解析が可 能となった.

これまでに開発された市販の3次元画像解析装置で は、陥凹の境界を血管の屈曲部としてコンピューター に判断させることが現時点では困難であるため、乳頭 縁、あるいは乳頭最高部から一定値低い部分と定義さ れている.これにより少なくとも陥凹縁は客観的に決 定されるが、血管の屈曲部で判断した客観的な陥凹縁 とは異なるため、お互いの結果がかならずしも一致し ない場合のあることを経験する.また、このように決 定された陥凹縁が真の乳頭陥凹の始まりをどの程度反 映しているかについても不明である.このため、いま だ定義に不明瞭な点が残る乳頭陥凹を決定しようとす ること自体、無意味であるという意見が出てもおかし

くない.

今回我々が3次元画像解析に使用した Humphrey Retinal Analyzer では、基本的にはいわゆる乳頭パラ メーターの計算と表示は行なわれず、単に Volume Profile Map と呼ばれる総数500点前後,乳頭上では 300点前後の各測定点における深度の測定結果を示す のみにとどめている. これは、将来的には現在の自動 視野計の解析方法に類似した.個々の点における変化, あるいはより局所的な変化を統計学的手法を用いて解 析する方向に発展させていくという意図をもつものと されている111.しかしながら、このような個々の測定点 での解析を可能にするためには、これら測定点での結 果のばらつきが少ないことが要求される。これまでに 報告されてきた画像解析装置による乳頭パラメーター の解析結果の再現性は、一番ばらつきの多い陥凹体積 で変動係数は10%前後とほぼ良好である1)~7). これら の値は乳頭全体としての結果であり, 個々の測定点で のばらつきが相殺され,結果的にはよい再現性として 示されて来た可能性も否定できない. Quigley ら⁸⁾は, 我々と同じタイプの Humphrey の画像解析装置を用 いて、個々の測定点での結果のばらつきを検討してい る. 彼らは正常眼, 高眼圧症眼, 緑内障眼の個々の眼 について10回解析を行ない、その平均測定誤差の95% 信頼限界を求めている. これによると正常眼では個々 の眼で得られた信頼限界の平均は約165µm, 高眼圧症 眼で約200µm, 緑内障眼で約305µm であったという. 彼らは変動係数は求めていないため、従来の乳頭パラ メーターの解析の再現性の検討結果とは単純には比較 できないが、これらの結果から類推すれば、個々の測 定点での変動係数は相当高い可能性がある.

今回の我々の結果において、2つの計測値間の差の 絶対値の95パーセンタイル値は、Intra-image study で 平均43 μ m、Inter-image study で平均70 μ m であり、 Quigley らの結果に比し相当良い結果と思われる.また、乳頭の中心点のみではあるが、1個の測定点にお ける変動係数は、Intra-image study では3.4%、Interimage study では11.2%であり、乳頭パラメーターで 求められたそれと較べて大きな違いはなかった。Quigley らの報告と較べてなぜこのように良好な結果と なったかは不明であるが、対象を良好な画像が得られ た症例のみに限定したことや、乳頭縁の決定について 細心の注意を払ったことなどによるとも思われる。 我々の結果に基づけば、約100 μ m 以上の変化が、ある 乳頭上の1点でみとめられれば、それは有意な変化で ある可能性が強いことになる.ただ,乳頭縁での網膜 厚が400µm 近いことを考慮すると,いわゆる神経線維 層の1/4以上が変化して初めて異常と判断されること になり,この点では今だ改善の余地はあるものと思わ れる.しかしながら,その定義にあいまいさの残る乳 頭陥凹という概念のみにとらわれず,乳頭上の個々の 点の深度の変化によって乳頭所見を評価していくこと は,将来的に現在の自動視野計にみられるように,そ の結果の解釈に統計学的手法を導入できる可能性もあ り,今後さらなる技術の進歩と装置の改良が成れば, より早期の緑内障性乳頭異常の検出に効果のあるもの と期待される.

本論文の要旨は1990年3月にシンガポールで開催された International Glaucoma Symposium において発表した.

文 献

- Caprioli J, Klingbeil U, Sears ML, et al: Reproducibility of optic disc measurements with computerized analysis of stereoscopic video images. Arch Ophthalmol 104: 1035 -1039, 1986.
- 2) 富田剛司,後藤靖彦,山田 俊,他:立体ビデオ画 像解析装置による視神経乳頭の定量的解析とその 信頼性について.日眼会誌 90:1317-1321,1986.
- 3) Schields MB, Martone JF, Shelton AR, et al: Reproducibility of topographic measurements with the optic nerve head analyzer. Am J Ophthalmol 104: 581-586, 1987.
- 4)難波克彦,白柏基宏,福地健郎,他:コンピューター画像解析 (Image net) による視神経乳頭の立体計測.臨眼 43:535-538,1989.
- 5) Varma R, Spaeth GL: PAR IS 2000: A new

system for retinal digital image analysis. Ophthalmic Surg 19: 183—192, 1988.

- 6) 富田剛司,松原恵子,井戸忠美,他:コンピューター画像解析装置 Image net による視神経乳頭解析. Optic Nerve Head Analyzer (ONHA) との比較一. 日眼会誌 93:741-746,1989.
- Dandona L, Quigley HA, Jampel HD: Reliability of optic nerve head topographic measurements with computerized image analysis. Am J Ophthalmol 108: 414-421, 1989.
- 8) 北澤克明:緑内障診断と視神経画像解析. 眼紀 40:2833-2848, 1989.
- Caprioli J, Spaeth GL: Looking for better ways to measure the optic disc. Opthaimic Surg 18: 866, 1987.
- 10) Dandana L, Quigley HA, Jampel HD: Variability of depth measurements of the optic nerve head and peripapillary retina with computerized image analysis. Arch Ophthalmol 107: 1786 -1792, 1989.
- Davis RM, Humphrey WE, Kirschbaum A, et al: Confronting a new technology: Digital imaging. Ophthalmic Photography 9: 75-78, 1986.
- 12) 鷲尾宏司,安田嘉純,江森康文: Optic Disc Cup のステレオ画像からの計算機による立体モデルの 再構成. 眼光学 8:137-142, 1987.
- Schwartz JT: Methodologic differences and measurement of cup-disc ratio. Arch Ophthalmol 94: 1101-1105, 1976.
- 14) Lichter PR: Variability of expert observers in evaluating the optic disc. Trans Am Ophthalmol Soc 74: 532-572, 1976.