CONFIDENT HEAD CIRCUMFERENCE MEASUREMENT FROM ULTRASOUND WITH REAL-TIME FEEDBACK FOR SONOGRAPHERS

by S. Budd et al. (2019)
[arXiv:1908.02582v1]

MACIEJ MANNA

26.03.2020 r.



Plan prezentacji

1. Wprowadzenie –

 badania prenatalne i pomiar obwodu głowy, automatyzacja pomiaru, cele pracy;

2. Metoda –

 architektura modelu, szacowanie kształtu i obwodu głowy, segmentacja probabilistyczna, oceny wariancji i pewności dokonanego pomiaru;

3. Wyniki eksperymentalne –

 opis zbioru danych i układu eksperymentalnego, wyniki dla pojedynczego i wielokrotnego próbkowania;

4. Wnioski –

- dyskusja nad otrzymanymi wynikami, wnioski i dalsze perspektywy badań

-1-

WPROWADZENIE

Badania prenatalne

- Istotny element troski o zdrowie matki i dziecka w czasie ciąży, gdyż wczesne wykrycie anomalii w rozwoju płodu pozwala na skuteczniejsze ich leczenie.
- Standardowo trzy badania referencyjne USG, po jednym w każdym trymestrze ciąży – w tym tzw. USG połówkowe w czasie II trymestru (18-22 tydzień), którego celem jest pierwsza dokładna ocena rozwiniętej anatomii płodu.
- Badający obrazuje wybrane, "ustandaryzowane płaszczyzny (standardized planes)" widoku, na których można dokonać pomiarów biometrycznych wybranych części ciała płodu (głównie głowy, brzucha i kości udowej), na podstawie których szacuje się jego wagę, dokładny wiek oraz przewidywany kierunek dalszego rozwoju (w tym możliwe zabużenia i anomalie).
- **płaszczyzna TV** (*standard transverse brain view at the posterior horn of the ventricle*) służy do pomiaru obwodu głowy (HC) płodu

Trudności pomiaru obwodu głowy

- Pomimo wielkiej wartości, stosunkowo rzadko na tym etapie badań wychwytywane są zaburzenia i anomalie w rozwoju płodu.
- Wynika to z dużego progu niezbędnych umiejętności i ekspertyzy ze strony przeprowadzającego badanie, aby było one skuteczne:
 - pierwsza trudność polega na samym przeprowadzeniu badania i otrzymaniu zdjęć w odpowiednich płaszczyzanch, aby wszelkie pomiary były możliwe i wiarygodne,
 - druga trudność polega na samyym oszacowaniu pomiarów biometrycznych na podstawie tak otrzymanych zdjęć.
- Namacalnym przejawem tego faktu jest zaobserwowane **duże zróżnicowanie w oszacowaniach** między osobami interpretującymi wyniki badań.
- Prowadzi to do prób dokonania automatycznych oszacowań oraz wsparcia osób prowadzących badaniach, aby ograniczyć tę wariancję.

Rozwiązania automatyczne

- Propozycje rozwiązań opartych na metodach konwencjonalnych:
 - **2008** ograniczone probabilistyczne drzewa boostingu (*constrained* probabilistic boosting trees),
 - **2018** lasy losowe i szybkie dopasowanie elipsy (*random forests and fast ellipse fitting*).
- Znacznie lepsze wyniki otrzymano przy użyciu metod opartych na deep learningu, w szczególności pełnych, kaskadowych sieciach konwolucyjnych (oparte na U-Net; 2017, 2018).
- Oprócz bezpośredniej estymacji parametrów biometrycznych (w tym HC), wykarzystano również głębokie sieci neuronowe do detekcji i lokalizacji standardowych płaszczyzn widoku (SonoNet; 2017).
- Bezpośrednie metody dają jedynie **punktową predykcję pomiaru, bez oceny poziomu pewności** z jaką została ona dokonana (jak w przypadku ekspertów, kilka zdjęć dokonanych w czasie tej samej sesji może dawać istotnie rozbieżne wyniki ze względu na jakość i płaszczyznę zdjęcia).

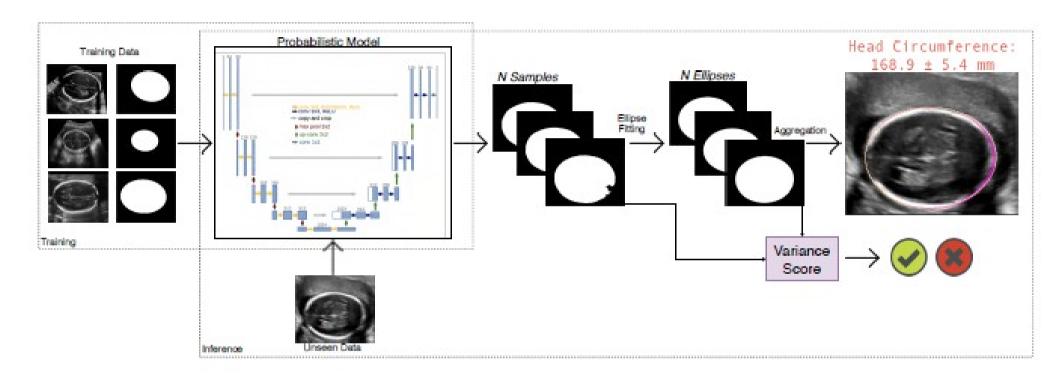
Cele pracy

- Cele przyświecające autorom w tworzeniu ich modelu:
 - zachowanie skuteczności predykcji pomiaru porównywalnej z obecnymi rozwiązaniami bazującymi na modelach deep learningowych,
 - wraz z wynikiem punktowym, **podanie zakresu niepewności** z jakim przewidziany został dany pomiar (dolne i górne ograniczenia dopuszczalnych pomiarów),
 - opracowanie oceny wariancji, która pozwoliłaby w czasie rzeczywistym stwierdzić, czy dane zdjęcie dobrze nadaje się do przeprowadzenia skutecznego pomiaru (dobra jakość, płaszczyzna) i wspomóc osobę przeprowadzającą badanie, czy należy je zachować, czy odrzucić.

-2-

METODA

Architektura modelu



$$X \xrightarrow{g_P(X) = \hat{X}_i} \hat{X}_i \xrightarrow{f(\hat{X}_i) = [a, b, \theta, x_c, y_c]^T} \blacktriangleright [a, b, \theta, x_c, y_c]^T \xrightarrow{HC = \pi(a+b)(1 + \frac{3h}{10 + \sqrt{4-3h}})s_{xy}} \blacktriangleright HC$$

Szkielet architektury

- **Szkielet architektury** oparty na: Sinclair M. et al., Human-level Performance on Automatic Head Biometrics In Fetal Ultrasound Using Fully Convolutional Neural Networks (2018).
- **Elementy** modelu:
 - (1) **segmentacja obrazu** zwraca maskę segmentacji wyznaczającą kształt głowy implementowane przez sieć U-Net,
 - (2) dopasowanie elipsy zwraca liczbowe parametry elipsy najlepiej dopasowanej do zwróconej maski bezpośrednia metoda oparta na błędzie środniokwadratowym dopasowania do zbioru punktów (1996),
 - (3) **oszacowanie obwodu głowy** (elipsy) zwraca konkretną liczbę wykorzystuje tzw. aproksymacje Ramanujana:

$$HC = \pi(a+b)(1 + \frac{3h}{10 + \sqrt{4-3h}})s_{xy}$$
 gdzie $h = \frac{(a-b)^2}{(a+b)^2}$

(przybliżenie rzędu O(h^10), zaniedbywalne dla elips zbliżonych do okręgów)

Segmentacja probabilistyczna

- Dla obliczenia zakresów możliwych pomiarów oraz użytecznych miar pewności dla jednego przykładu (obrazu) potrzebujemy, zamiast jednej maski segmentacji, więcej – wybrane z odpowiedniego rozkładu prawdopodobieństwa.
- Musimy zastąpić zwykłą sieć U-Net jej probabilistyczną alternatywą, aby móc próbkować odpowiednie maski segmentacji, a następnie:
 - uśredniać ich wyniki, aby otrzymać ostateczną predykcję pomiaru,
 - badać ich współzależności, zakres i wariancje, aby na tej podstawie decydować o stopniu pewności powyższej predykcji.
- Takie podejście symuluje (i zarazem pomoże rozwiązać) problem dużej wariancji w pomiarach dokonywanych przez operatorów USG (a co za tym idzie również w opisach/etykietach zbioru danych).
- Dalej: N ilość próbek na jeden przykład (obraz).
- Dwie alternatywy probabilistyczne dla deterministycznego U-Netu:
 - wprowadzenie warstwy **dropoutu Monte Carlo** (*MC Dropout*),
 - zastosowanie **sieci probabilistycznej U-Net** (*Probabilistic U-Net*).

Dropout Monte Carlo

- Standardowa warstwa dropout całkowicie wyłącza niektóre neurony (z prawdopodobieństwem *p*) w trakcie procesu uczenia sieci, ale już nie w trakcie predykcji (dzieki temu wynik predykcji jest deterministyczny).
- Dla odmiany, warstwa dropout Monte Carlo również wyłącza neurony (z tym samym prawdopodobieństwem) w fazie predykcji, dzięki czemu model staje się probabilistyczny predykcja odpowiada próbkowaniu z pewnego rozkładu prawdopodobieństwa (opartym na mieszance gaussowskiej; "approximates Bayesian inference in deep Gaussian processes").
- Na podstawie eksperymentów dla pojedynczego próbkowania (N = 1) wybrano następujące szczegóły implementacji:
 - p = 0.6,
 - Warstwę MC Dropout dodano przed "wąskim gardłem" (*bottleneck*) sieci U-Net.

Probabilistyczny U-Net

- Probabilistyczny wariant U-Neta (zob.: S. Kohl et al., A Probabilistic U-Net for Segmentation of Ambiguous Images, 2019)
- Stanowi **kombinację klasycznego U-Neta z warunkowym wariacyjnym autoenkoderem** (CVAE, conditional variational autoencoder).

 Ma mozliwość zwracać dowolną liczbę wiarygodnych hipotez, odtwarzając możliwe warianty segmentacji oraz częstotliwości z jakimi

wystepują.

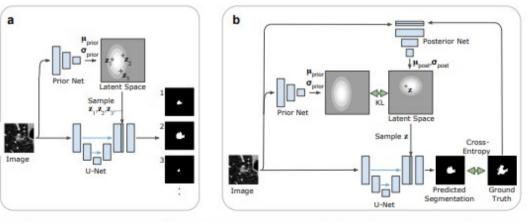


Figure 1: The Probabilistic U-Net. (a) Sampling process. Arrows: flow of operations; blue blocks: feature maps. The heatmap represents the probability distribution in the low-dimensional latent space R^N (e.g., N = 6 in our experiments). For each execution of the network, one sample z ∈ R^N is drawn to predict one segmentation mask. Green block: N-channel feature map from broadcasting sample z. The number of feature map blocks shown is reduced for clarity of presentation. (b) Training process illustrated for one training example. Green arrows: loss functions.

Oceny wariancji

$$g_P(X) = \hat{X}_i$$

$$f(\hat{X}_i) = [a, b, \theta, x_c, y_c]^T$$

- Przy N próbkach masek segmentacji (a następnie także elips oraz obwodów), możemy wyprowadzić i przebadać pewne **miary wariancji**, powiązane z niepewnością predykcji dla danego przykładu (obrazu).
- Zaproponowano cztery takie miary:
 - (1) wariancja parametrów elipsy: $\sum_{i=1}^{5} (Var(f(\hat{X}_n)_i))$
 - (2) całkowite pole pierścienia: $\sum_{i=1}^{N} (f(\bigcup_{i=1}^{N} \hat{X}_i) f(\bigcap_{i=1}^{N} \hat{X}_i))$
 - (3) entropia klasyfikacji maski: $\sum_{x,y}^{K} \hat{\underline{X}}(x,y) \log(\hat{\underline{X}}(x,y))$
 - (4) entropia pewności *Softmax*:

h4) Softmax confidence entropy: given $X_i \in \mathbb{R}$ before class assignment, after conversion of the network's final layer's logits with $Softmax(x_i) = \frac{\exp(x_i)}{\sum_{i}^{t} \exp(x_i)}$, the resulting \hat{X}_i^* can be interpreted as two-element prediction confidence $[p_f, p_b]_i = \hat{X}_i^*(x, y)$ for foreground p_f and background p_b . Thus we can estimate classagnostic prediction entropy by $\sum_{i}^{K} p_i \log(p_i)$ where $p_i = \sum_{i}^{N} \max([p_f, p_b]_i)$.

- 3 -

WYNIKI EKSPERYMENTALNE

Zbiory danych

- **Zbiór A** własny zbiór danych autorów artkułu:
 - **2724 zdjęcia** 2d z USG połówkowego (18-22 tydzień) w płaszczyźnie TV (w tym możliwe po kilka zdjęć z jednej sesji),
 - opisane ręcznie przez **45 ekspertów** (poprzez zaznaczenie kształtu głowy na zdjęciu).
- **Zbiór HC18** publiczny, związany z konkursem w skuteczności pomiaru HC:
 - 1334 zdjęcia j.w.,
 - opisane przez jednego wyszkolonego operatora USG.
- W obu przypadkach:
 - zdjęcia w rozmiarze **800 x 540 px**,
 - rozmiar jednego piksela: **0.052-0.326 mm**,
 - obrazy downsamplowane do rozmiaru 320 x 384 px,
 - poddane losowo odbiciom lustrznym oraz niewielkim obrotom (w zakresie +/- 5 stopni).

Pojedyncze próbkowanie – wyniki

- Wyniki dla N = 1 (a więc zachowanie porównywalne z klasycznym U-Netem dla klasyfikacji).
- Cel porównanie skuteczności modelu z obecnie uznanym rozwiązaniem (*state-of-the-art*) bez oceny pewności, tj. Sinclair et al. (2018).

	Mean abs difference	Mean DICE	Mean Hausdorff
	\pm std (mm)	\pm std (%)	distance
			\pm std (mm)
Baseline	2.09 ± 1.97	0.982 ± 0.011	1.289 ± 0.880
Dataset $A + HC18$	1.90 ± 1.90	0.982 ± 0.010	1.292 ± 0.791
Dropout $p = 0.6$	1.808 ± 1.65	0.982 ± 0.008	1.295 ± 0.664

- Wyniki:
 - **osiągnięto rezultaty porównywalne ze** *state-of-the-art* (trening na zbiorze danych A),
 - wyniki poprawia się, kiedy do zbioru treningowego dodamy HC18,
 - kolejną poprawę możemy zaobserwować po zastosowaniu warstwy dropoutu podczas treningu.

Wielokrotne próbkowanie – wyniki (1)

- Wyniki dla N > 1 (w tabeli, dla N = 10).
- Ostateczna predykcja wartości HC, to średnia lub mediana wartości opartych na wszystkich N segmentacjach.
- Ograniczenie górne i dolne oparte jest na zakresie wyników dla N próbek.
- Cel porównanie rezultatów dla różnych wartości N oraz skuteczności sieci w zależności od metody próbkowania (probabilistyczny U-Net vs MC dropout).

	Mean abs	Mean DICE	Mean Hausdorff	$LB \leq$
	difference	\pm std (%)	distance	$HC_{gt} \leq$
	\pm std (mm)		\pm std (mm)	UB(%)
Det.				
MC p = 0.6	1.81 ± 1.65	0.982 ± 0.008	1.295 ± 0.664	N/A
Prob. UNet				
Mean	2.22 ± 2.15	0.980 ± 0.011	1.413 ± 0.751	20.4
Median	2.21 ± 2.15	0.980 ± 0.011	1.410 ± 0.748	20.4
MC(inf.)				
Mean	2.15 ± 2.09	0.981 ± 0.010	1.313 ± 0.613	27.8
Median	2.15 ± 2.07	0.981 ± 0.010	1.307 ± 0.604	27.8

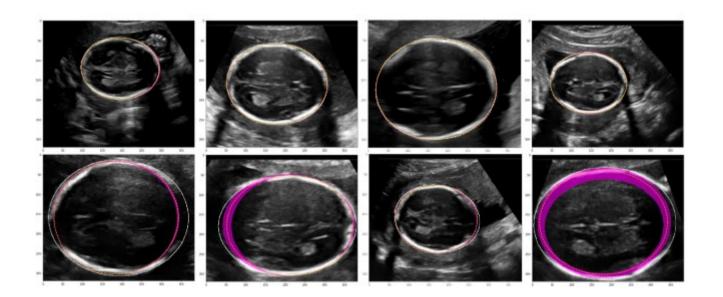
Wielokrotne próbkowanie – wyniki (2)

	Mean abs	Mean DICE	Mean Hausdorff	$LB \leq$
	difference	\pm std (%)	distance	$HC_{gt} \leq$
	\pm std (mm)		\pm std (mm)	UB(%)
Det.				
$MC \ p = 0.6$	1.81 ± 1.65	0.982 ± 0.008	1.295 ± 0.664	N/A
Prob. UNet				
Mean	2.22 ± 2.15	0.980 ± 0.011	1.413 ± 0.751	20.4
Median	2.21 ± 2.15	0.980 ± 0.011	1.410 ± 0.748	20.4
MC(inf.)				
Mean	2.15 ± 2.09	0.981 ± 0.010	1.313 ± 0.613	27.8
Median	2.15 ± 2.07	0.981 ± 0.010	1.307 ± 0.604	27.8

• Wyniki:

- słabsza efektywność przy próbkowaniu wielokrotnym, w porównaniu z pojedynczym (prawdopodobnie wynika z braku zastosowania dropoutu przy inferencji dla pojedynczego próbkowania,
- wielokrotne próbkowanie **pozwala za to otrzymać górne i dolne ograniczenie dla pomiarów** (średnia różnica: 1.82 +/- 1.78 mm),
- ilość próbek mieszczących się między dolnym i górnym ograniczeniem silnie zależy od N (wykres na slajdzie 3-8).

Wielokrotne próbkowanie – wyniki (3)

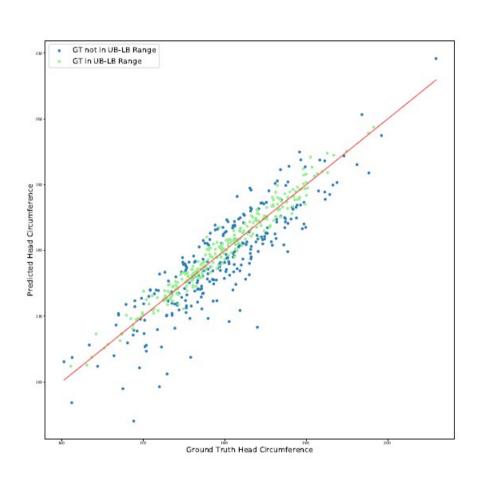


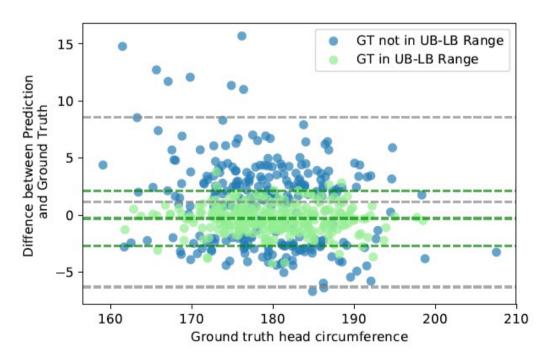
- Wyniki (c.d.):
 - najlepiej oceniane (u góry) przykłady dają bardzo wąski zakres między dolnym i górnym ograniczeniem (obie granice są na tych samych pikselach),
 - najgorzej oceniane (u dołu) mają szeroki zakres, który rozmija się z elipsą ground truth,
 - Najlepsze wyraźna biała granica czaszki; najgorsze rozmyte brzegi wskazujące na słabą jakość lub suboptymalną płąszczyznę widoku.

Zastosowanie ocen wariancji

- Oceny wariancji zastosowano w następujący sposób:
 - Ustalono próg w zakresie od o do 1,
 - Jeżeli dane zdjęcie testowe osiągało daną ocenę (po znormalizowaniu) większą niż próg, zostało ono **usuwane ze zbioru testowego**.
- Skuteczność jej zastosowania oceniano poprzez zbadanie jak poprawił się rezultat modelu w stosunku do ilości odrzuconych zdjęć ze zbioru testowego.
- Wyniki:
 - **początkowo**, ustalenie progu powoduje odrzucenie pewnej ilości zdjęć i szybki **wzrost wydajności modelu**,
 - po poczatkowej, szybkiej poprawie, **późniejsze zmiany progu nie powodują istotnych zmian skuteczności**,
 - mechanizm ten nie pozwala odróżnić dobrych zdjęć od słabszych, ale pozwala odrzucić najgorsze, które autorzy utożsamiają z sytuacjami reprezentującymi nieoptymalną płaszczyznę widoku.
- Zaproponowane 4 oceny wariacji wykazują podobne zachowanie w tych okolicznościach.

Wyniki vs ground truth





Przykłady GT w ograniczeniach a N

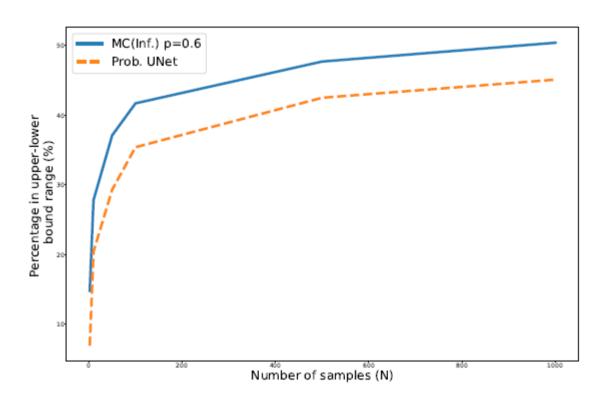
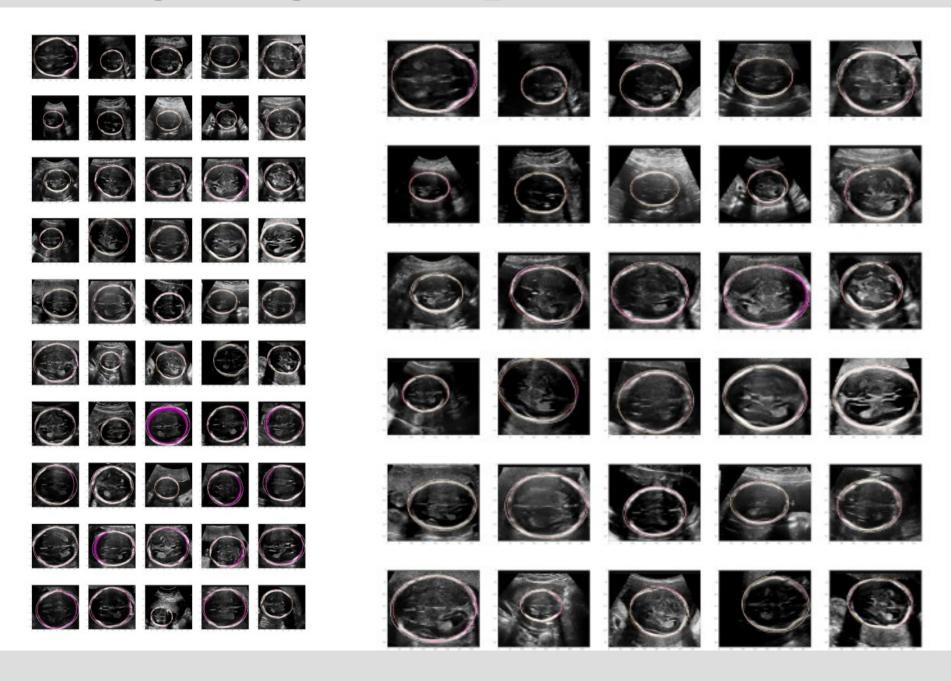
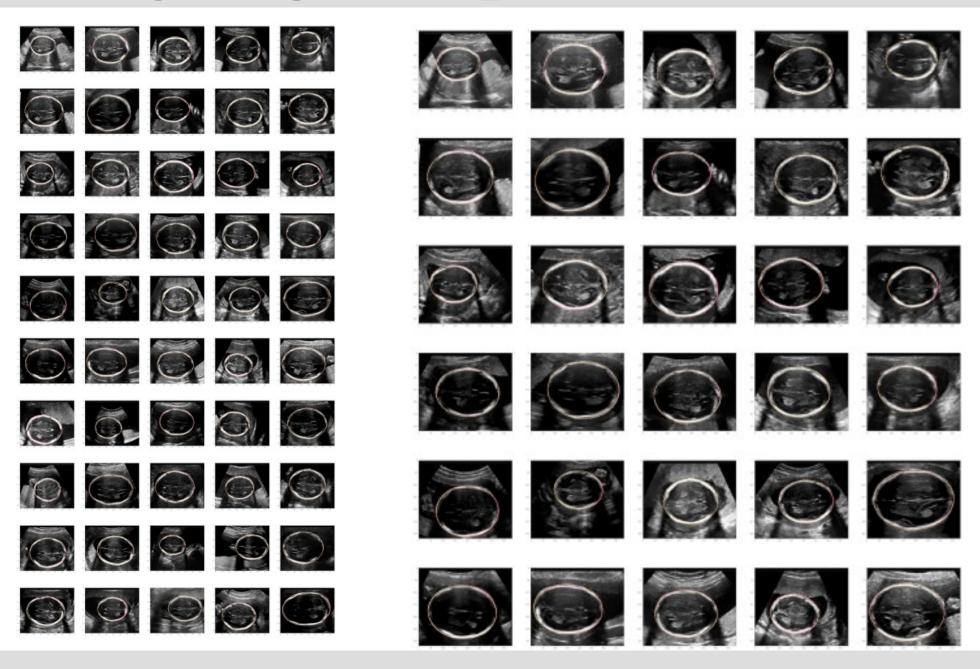


Fig. 4. Graph showing the effect of taking more samples from the network on the number of ground truth measurements lying between the generated upper and lower bounds. We can see a sharp increase in this percentage as samples increasing, plateauing around 50% for MC Dropout during inference.

Przykłady (mała pewność)



Przykłady (duża pewność)



-4-

WNIOSKI

Wnioski – podsumowanie

- Dla pojedynczego próbkowania wyniki porównywalne ze *state-of-the-art*, dla wielokrotnego mniejsza skuteczność, ale uzyskujemy użyteczne w ocenie pewności dolne i górne ograniczenia.
- Oceny wariancji:
 - zdolność odrzucenia zdjęć, które dają bardzo niepewne pomiary,
 - możliwość wykorzystania w systemie pomagającym w czasie rzeczywistym ocenić operatorowi USG, czy zdjęcie nadaje sie do pomiaru – zmniejszając zróżnicowanie międzi ocenami różnych operatorów,
- Uwaga: oceny wariancji nie reprezentują bezpośrednio niepewności modelu, ale pokazują pewność danej predykcji modelu względem jego możliwości i zadanych mu przykładów treningowych

Dalsze perspektywy badań

- Zmiany w modelu:
 - alternatywne metody wielokrotnego próbkowania (inne niż probabilistyczny U-Net i MC dropout),
 - alternatywne metody łączenia wielu próbek segmentacji,
 - alternatywne oceny wariancji.
- Dalsza ewaluacja modelu:
 - zbadanie działania modelu na innych zestawach danych (sprawdzenie, czy nie ma jakichś ukrytych *bias*ów),
 - zbadanie działanie modelu dla przypadków anomalnych, które są najistotniejsze do wykrycia z perspektywy diagnostycznej i profilaktycznej.

Dziękuję za uwagę!

[kontakt: maciejmanna@gmail@com]

[slajdy: github.com/xann16/talks/ml/hc-meas-conf/hc-meas-conf.pdf]